

VYSOKÉ UČENÍ TECHNICKÉ V BRNĚ

BRNO UNIVERSITY OF TECHNOLOGY

FAKULTA INFORMAČNÍCH TECHNOLOGIÍ
ÚSTAV POČÍTAČOVÉ GRAFIKY A MULTIMÉDIÍ

FACULTY OF INFORMATION TECHNOLOGY
DEPARTMENT OF COMPUTER GRAPHICS AND MULTIMEDIA

INTERAKTIVNÍ UMÍSTOVÁNÍ VIRTUÁLNÍ DLAHY NA 3D MODELY KOSTÍ

DIPLOMOVÁ PRÁCE

MASTER'S THESIS

AUTOR PRÁCE

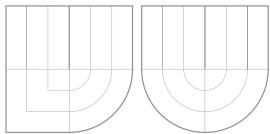
AUTHOR

Bc. LUKÁŠ JEDLIČKA

BRNO 2008



VYSOKÉ UČENÍ TECHNICKÉ V BRNĚ
BRNO UNIVERSITY OF TECHNOLOGY



FAKULTA INFORMAČNÍCH TECHNOLOGIÍ
ÚSTAV POČÍTAČOVÉ GRAFIKY A MULTIMÉDIÍ
FACULTY OF INFORMATION TECHNOLOGY
DEPARTMENT OF COMPUTER GRAPHICS AND MULTIMEDIA

INTERAKTIVNÍ UMÍSTOVÁNÍ VIRTUÁLNÍ DLAHY NA 3D MODELY KOSTÍ

INTERACTIVE PLACEMENT OF VIRTUAL SPLINT ONTO 3D BONE MODELS

DIPLOMOVÁ PRÁCE
MASTER'S THESIS

AUTOR PRÁCE
AUTHOR

Bc. LUKÁŠ JEDLIČKA

VEDOUCÍ PRÁCE
SUPERVISOR

Ing. PŘEMYSL KRŠEK, Ph.D.

BRNO 2008

Abstrakt

Tato práce se zabývá možností interaktivního umísťování modelu dlahy na 3D model skutečné kosti. Zmiňuje současné možnosti lékařů při léčbě zlomenin, komplikace, které mohou při operacích zlomenin nastat, a snaží se o vytvoření počítačového programu, který by vhodným způsobem podpořil přípravu operace zlomenin.

Zaměřuje se na vytvoření obecného modelu virtuální dlahy s možnostmi podrobného nastavování jeho parametrů. Hledá vhodný způsob pro umísťování takovéto dlahy na povrch 3D modelu kosti, zejména za pomoci definování křivky na povrchu modelu kosti a omezením pohybu dlahy pouze na tuto křivku doprovázené automatickou změnou tvaru dlaha tak, aby odpovídala povrchu kosti.

Klíčová slova

3D grafika, OpenGL, C++, matice, transformace, křivky, subdivision, polygon, dlaha, kost

Abstract

This Master's Project deals with creation of virtual Splint model and with placement of virtual Splint model onto 3D Bone model. It handles with creating of interpolation curves in 3D (especially Subdivision method) and motion along a curve. This work is only in Czech.

Keywords

splint, bone, 3D graphics, OpenGL, C++, Transformation, Curves, Subdivision, polygons

Citace

Lukáš Jedlička: Interaktivní umísťování virtuální dlahy
na 3D modely kostí, diplomová práce, Brno, FIT VUT v Brně, 2008

Interaktivní umístování virtuální dláhy na 3D modely kostí

Prohlášení

Prohlašuji, že jsem tuto diplomovou práci vypracoval samostatně pod vedením pana Ing. Přemysla Krška, PhD.

Uvedl jsem všechny literární prameny a publikace, ze kterých jsem čerpal.

.....
Lukáš Jedlička
14. května 2008

© Lukáš Jedlička, 2008.

Tato práce vznikla jako školní dílo na Vysokém učení technickém v Brně, Fakultě informačních technologií. Práce je chráněna autorským zákonem a její užití bez udělení oprávnění autorem je nezákonné, s výjimkou zákonem definovaných případů.

Obsah

1	Úvod	3
2	Rozbor problematiky	4
2.1	Současná lékařská praxe	4
2.2	Traumatologie	7
2.2.1	Ortopedické dlahy [web-NCH]	7
2.2.2	Fixační šrouby	9
2.2.3	Použití	9
2.2.4	Materiály	9
2.2.5	Výhody a nevýhody	9
2.3	Reperezentace objektů	9
2.3.1	Objemová reprezentace	10
2.3.2	Hraniční reprezentace	10
2.3.3	Konstruktivní geometrie (CSG)	10
2.4	Reprezentace křivek	11
2.4.1	Bézierovy křivky [zar98, str. 185]	11
2.4.2	Coonsovy kubiky [zar98, str. 190]	11
2.4.3	Hermitovské kubiky [zar98, str. 184]	12
2.4.4	Křivky Kochanek-Bartes [zar98, str. 485]	12
2.4.5	Subdivision metoda	12
2.5	Možnosti pro zlepšení současné praxe	14
3	Návrh a Implementace	15
3.1	Objekty v aplikaci	15
3.1.1	Model kosti	15
3.1.2	Řídicí křivka	15
3.1.3	Virtuální dlaha	15
3.1.4	Fixační šrouby	17
3.2	Řídicí křivka	18
3.3	Virtuální dlaha	18
3.3.1	Model povrchu	18
3.3.2	Konfigurační soubor	19
3.3.3	Generování propojovacího souboru	20
3.3.4	Nevýhody	22
3.3.5	Výhody	23
3.3.6	Vytvoření virtuální dlahy	23
3.3.7	Ukládání modifikované dlahy	23
3.4	Fixační šrouby	23

3.5	Graf scény	24
3.6	Diagram tříd	25
3.7	Použité nástroje	26
4	Dosažené výsledky	27
4.1	Vlastnosti implementovaného řešení	28
4.1.1	Řídicí křivka	28
4.1.2	Virtuální dlaha	28
4.1.3	Fixační šrouby	29
4.1.4	3D model kosti	29
4.2	Srovnání s předchozí verzí	30
4.3	Získané ocenění	31
4.4	Ukázky z programu	31
5	Závěr	34
5.1	Splnění bodů zadání	34
5.2	Budoucnost projektu	35
Literatura		36
A	Ovládání programu	37
A.1	Spuštění programu	37
A.2	Myš	37
A.3	Klávesnice	37
A.3.1	Vytvoření virtuální dlahy	38
A.3.2	Přidávání fixačních šroubů	38
A.3.3	Práce s fixačními šrouby	38
B	Přehled přidaných modelů	39

Kapitola 1

Úvod

Léčba zlomenin nejrůznějších typů a složitosti je běžnou náplní lékařů na chirurgických odděleních ve zdravotnických zařízeních po celém světě. Kvalita poskytované péče je v různých státech velice odlišná. Vyspelé (nejen) západní státy, které mají k dispozici dostatek finančních prostředků, využívají při léčbě moderní technické vybavení, jako jsou počítačová tomografie (CT), magnetická rezonance, výpočetní technika aj. Ve spojení s novými druhy léků jsme schopni léčit dříve neléčitelné nemoci a zranění.

Jedním z moderních způsobů léčby zlomenin je používání fixačních dlah, které se umísťují na zlomenou kost a připevňují se k ní pomocí fixačních šroubů. Tyto dlahy se vyrábějí z různých ušlechtilých pevných materiálů, jako je např. titan. Podle materiálu a možnosti dlahu ohýbat rozlišujeme dva druhy fixačních dlah - ortopedické (mají předem daný tvar, který nelze změnit) a tvarovatelné (obvykle mají tvar tenkého proužku s otvory a jejich tvar je možné měnit).

Tvarovatelné dlahy se používají ve speciálních případech, kdy není možné použít dlahu ortopedickou. U těchto dlah je sice možné změnit jejich tvar, avšak není to jednoduché. Dlaha musí být i přes svoji tvarovatelnost dostatečně pevná, aby udržela zlomenou kost ve správné pozici.

Tato práce se tedy zabývá vytvořením virtuálního modelu tvarovatelné dlahy a simulace umístění tohoto modelu na 3D modely skutečných kostí. To v sobě zahrnuje

1. Vytvoření základní aplikace umožňující zobrazení virtuální 3D scény a práci s ní.
2. Vytvoření systému pro definici řídicí křivky, která bude sloužit pro přesné umístění virtuální dlahy na model kosti.
3. Vytvoření modelu virtuální dlahy a fixačních šroubů.
4. Vytvoření systému pro práci s modely fixačních šroubů.
5. Import polygonálních 3D modelů kostí.

Kapitola 2

Rozbor problematiky

2.1 Současná lékařská praxe

V současné době probíhá příprava na operaci zlomeniny přibližně v těchto krocích:

1. Přijetí pacienta do zdravotnického zařízení, při kterém pacient personálu sdělí své zdravotní problémy.
2. Odeslání pacienta na potřebná vyšetření (v případě zlomeniny to většinou bývá RTG postiženého místa, v případě vážnějšího poranění to může být CT vyšetření).
3. Lékaři prostudují postižené místo ze získaných snímků, stanoví diagnózu, určí způsob léčby a naplánují postup operace, je-li indikována.
4. Po sestavení operačního plánu je pacient převezen na operační sál a je podroben chirurgickému zákroku.
5. Po skončení operace je pacient převezen na pooperační oddělení, kde je po určitou dobu (obvykle 24 hodin) pod intenzivním lékařským dozorem. Pokud nenastanou komplikace, je převezen na standardní lůžkové oddělení. Při uspokojivém zdravotním stavu je propuštěn do domácího léčení a po stanovené době se dostaví na kontrolu.

Informace o charakteru a rozsahu zlomeniny se tedy získávají ve formě RTG nebo CT snímků.

RTG záření bylo objeveno na konci 19. století a jeho praktické využití v medicíně můžeme datovat na přelom 19. a 20. století. U nás bylo první RTG vyšetření provedeno v roce 1896.

Vzhledem ke staré RTG technologii je možné za použití RTG získat pouze malé množství snímků, obvykle dva až tři, které nabízejí velice omezený pohled na postižené místo. Pomocí RTG získáme průměr 3D snímané části pacientova těla do roviny (tradičně na fotografickou fólii) a získáme tzv. sumační obraz, tj. orgány uložené v několika rovinách nad sebou se u konvenčních rentgenogramů zobrazí navzájem superponovány.

Chceme-li získat jiný pohled, musíme (fyzicky) otočit snímaný objekt (v našem případě tedy pacienta) do požadované polohy, což je nepraktické. Proto většinou pouze jeden z těchto snímků bývá získán z vhodného směru. Další snímky nahlížejí na zlomeninu z jiného úhlu (většinou natočení kolem osy kosti o přibližně 30° na jednu nebo druhou stranu).

RTG snímky podávají omezené množství informací. Co se týče kvality a množství informací, je použití CT mnohem výhodnější.



Obrázek 2.1: Rentgenový snímek

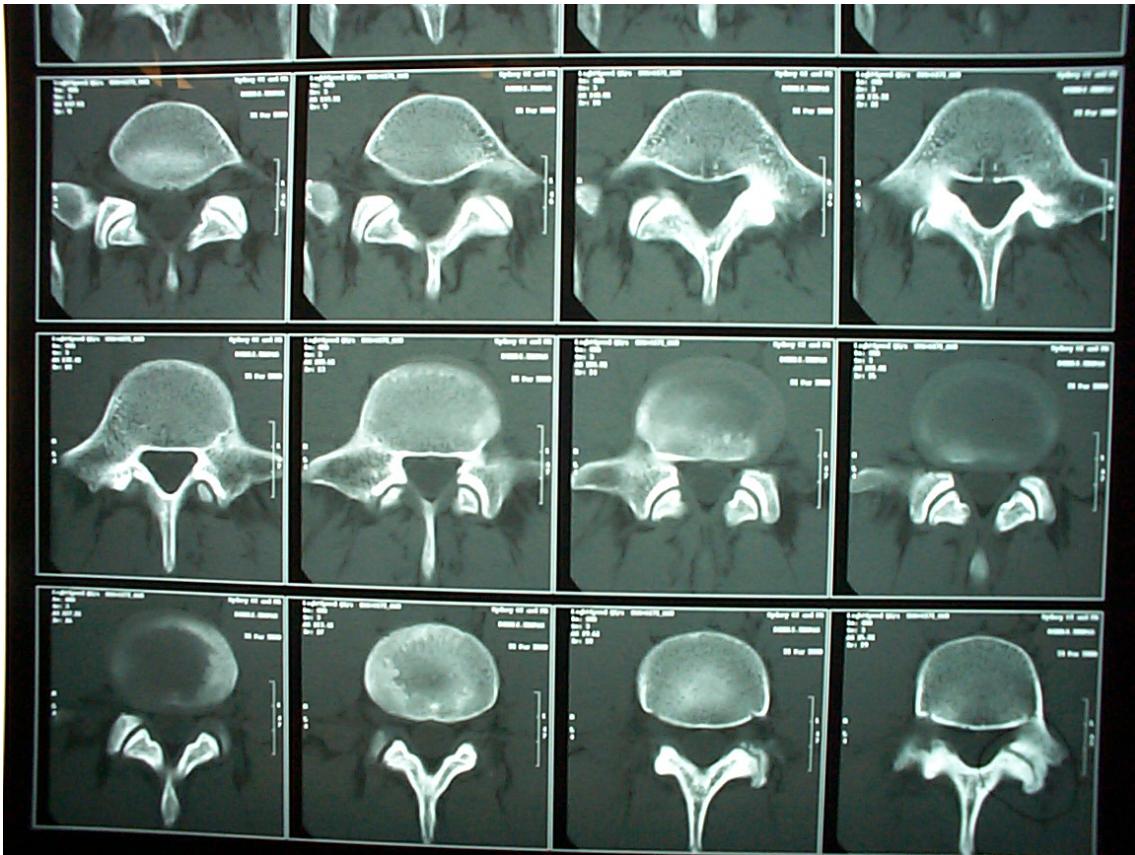
CT vytváří obraz těla pacienta jako sérii tomografických sekcí (řezů). Každý řez je vytvořen matematickou rekonstrukcí předmětu ze znalosti průmětu (projekcí) předmětu do různých směrů. Z těchto řezů je možné vytvořit 3D počítačový model a s tímto modelem dále pracovat.

Zpracování CT snímků je možné na klasickou fotografickou fólii, nebo digitálně. Použití fotografické fólie je poměrně drahé (přibližně 100Kč za kus), proto je pochopitelným trendem digitální zpracování.

Ať už lékař pracuje s digitálním zpracováním CT snímků nebo jejich tištěnou podobou, nikdy si nemůže udělat přesnou představu o celé situaci.

Pokud se chirurg rozhodne použít ortopedickou dlahu, ve většině případů používá již předem vytvarovaný, prefabrikovaný model, který si vybral na základě polohy zlomeniny a přibližného odhadu vhodné velikosti. Obvykle má na výběr z omezeného počtu modelů těchto dlah (důvodem je cena, i desítky tisíc Kč za kus). Tvar a parametry modelů volí výrobce podle toho, kterou kost mají fixovat. Velikost vždy přísluší člověku s "průměrnými" proporcemi

Chirurg během operace musí správně poskládat odštěpky kostí do správné pozice, zafixovat je (použije drát, příp. fixační šrouby), navrtat, umístit dlahu a připevnit vhodnými



Obrázek 2.2: orientační/přehledový CT snímek

šrouby. Během umísťování dlahy nemusí vždy vidět místo, kudy dlaha prochází. Musí se tak spoléhat na to, že situaci správně nastudoval z dostupných snímků a musí si být jist, že dlaha své okolí nijak nedeformuje (např. neodklání některý z odštěpků kosti). Použití nevhodné dlahy může vést k nepříjemným komplikacím.

Poté, co dlahu připevní a odstraní pomocný fixační materiál, dokončí operaci. Bezproblémový průběh operace závisí na použití správných fixačních prostředků, dobré přípravě a přesné práci.

Vzhledem k tomu, že z CT snímků není lékař schopen zcela přesně odhadovat velikostí, může se stát, že dlaha, kterou zvolí, bude příliš krátká nebo příliš dlouhá. Nevhodná dlaha nebude správně fixovat kost. Operatér pak musí použít jinou dlahu.

Pokud došlo ke zlomení v místě, kde nelze použít ortopedickou dlahu, může lékař využít speciální tvarovatelnou dlahu. Ta je vyrobena z tuhého materiálu, avšak je možné měnit její tvar. To však je komplikované, protože jakmile je dlaha jednou ohnuta, není již možné vrátit ji do původního tvaru. Velice často se k jejímu tvarování používají speciální ohýbací nástroje. Měnit tvar dlahy je možné až během operace, protože pouze tam si chirurg může vyzkoušet, zda je tvar správný. Tento proces je časově náročný, prodlužuje pacientův pobyt na operačním sále a přispívá ke stresu chirurga a tím k riziku chyb v postupu. (Každá operace představuje pro pacienta riziko a toto riziko dále roste s délkou jejího trvání.)

Současná praxe umožňuje přípravu pouze do té míry, kterou lékaři umožňují jeho zkušenosti a jeho schopnost interpretovat RTG/CT snímky. Operatér určí podle místa



Obrázek 2.3: Ohýbačka ortopedických dlah

zlomení vhodný typ dlahy, poté z CT snímků odhadne její parametry a nejlépe s několika variantami dlah se vydává na operační sál.

2.2 Traumatologie

V této části uvedeme stručný přehled v současné době dostupných typů ortopedických dlah a fixačních šroubů.

2.2.1 Ortopedické dlahy [web-NCH]

Fixační dlahy mají většinou podobu metalického plátku, jehož přesný tvar je dán místem, pro jehož fixaci je určen. Rozlišujeme několik druhů ortopedických dlah:

Kostní dlahy

Slouží k fixaci zlomenin krátkých kostí nebo kostí trubkovitých (dlouhých) a korekci a stabilizaci kostí. Fixace dlahy na kosti se provádí pomocí kostních šroubů. Rozlišujeme tři druhy kostních dlah:



© MEDIN, a.s.

Obrázek 2.4: Kostní dlahy

Dlahy fixační Jsou to dlahy s kruhovými otvory pro fixaci kosti na obou stranách frakturního nepevného spoje, za pomoci šroubů. Hlava šroubu je částečně skryta v dlaze. Na obou koncích dlahy jsou jeden až dva otvory pro spongiózní šrouby, ostatní otvory pro šrouby kortikální. Excentrickým umístěním šroubů u širší dlahy se může dosáhnout částečná axiální komprese.

Dlahy autokompresní Pomocí autokompresních dlah lze provést komprese fragmentů (úlomků) kosti bez použití doplňkových přístrojů. Dlaha má na jedné nebo obou stranách kompresní otvory - se sklonem až 45°, kde při šroubování šroubu klouže spodní strana kulové plochy hlavy šroubu po šikmé rovině otvoru dlaha, a tím se připevněný úlomek kosti posunuje směrem k fraktuře.

Dlahy kompresní (rekonstrukční) Mají podélné otvory s kulovou nebo kuželovou dosedací plochou pro hlavy šroubů.

Úhlově stabilní dlahy

Úhlově stabilní dlahy vychází z principu vnitřního fixátoru. Pomocí pevného spojení šroub-dlahy je dosaženo úhlově stabilního spojení dlahy s kostí. Tím je přenesena část zatížení dlahového systému ze spojení šroub-kost na spojení šroub-dlahy. Díky tomu je možné systém úspěšně použít i pro méně kvalitní a osteoporotické kosti.



© MEDIN, a.s.

Obrázek 2.5: Úhlově stabilní dlahy

Kolenní, kyčelní a jiné kloubní dlahy

Jak název napovídá, jsou určeny k fixaci zlomenin kolenních kloubů, zlomenin kyčlí, např. krčku stehenní kosti, a jiných kloubů. Umožňují zachycení kostních úlomků tak, aby se postižený kloub co nejlépe obnovil.



© MEDIN, a.s.

Obrázek 2.6: Kyčelní dlaha

2.2.2 Fixační šrouby

Plné fixační šrouby

Používají se při fixaci kostní dláhy na kost při zlomeninách lýtkové kosti, vnitřního kotníku, patní kosti, čésky, kruhových zlomenin pánev a mnoha dalších. Mohou být buď nesamořezné nebo samořezné.

Kanalizované kostní šrouby

Osu šroubů tvoří podélný otvor pro vedení příslušných extenčních drátů; po drátech zavedených při operaci do kosti jsou vedeny nástroje pro vytvoření otvoru a závitu pro následné zavrtání šroubu.

2.2.3 Použití

Obecně můžeme říci, že se ortopedické dláhy používají pouze v malém procentu případů. A to v situacích, kdy nelze použít žádnou z tradičních metod léčby, jako je např. sádrová dláha nebo ortéza. Jedná se většinou o komplikované zlomeniny v místě, které zevně fixovat nelze (nebo pouze s obtížemi). V takových případech je použití ortopedických dláh přímo na kost jedinou možností. I přes malý relativní počet případů se v absolutních číslech jedná o velký počet pacientů.

2.2.4 Materiály

Ortopedické dláhy a fixační šrouby se vyrábějí z nejrůznějších materiálů jako je korozivzdorná (implantátová) ocel, titan, polymery, titanové slitiny s pamětí tvaru a jiné materiály, které jsou pevné a zároveň tvarovatelné. Souhrně lze říci, že se jedná o chirurgické materiály definované normou ISO 5832-1, ISO 5832-2, ISO 5832-3 a ISO 5832-4.

2.2.5 Výhody a nevýhody

Výhody

- Možno použít i na komplikované zloneminy.
- Dláha pacienta (na rozdíl např. od sádrové) prakticky nijak neomezuje.
- Do léčby je zapojeno jen malé okolí zlomeniny - opět v kontrastu se sádrovou dlahou.

Nevýhody

- Při jejich použití může docházet k oslabení krevního zásobení kosti.
- Drahé.
- Osteoporóza, zpomalená revaskularizace a slabá kostní formace mohou zapříčinit uvolnění, ohnutí či prasknutí dlahy.

2.3 Reprezentace objektů

Aby bylo možné vytvořit virtuální model skutečné reálné dláhy a skutečných kostí, je třeba zvolit vhodný způsob jejich reprezentace. Počítačová grafika nám nabízí několik možností:

2.3.1 Objemová reprezentace

Využívá se v případě, že nemáme k dispozici geometrický popis tělesa, ale pouze sadu vzorků v určitém místě povrchu či objemu. Každý vzorek může obsahovat údaj o jasu, hustotě či jiné fyzikální veličině v daném bodě a také své souřadnice. V jiných aplikacích může být strukturována do podoby pravidelných či nepravidelných mřížek. Rozmístění vzorků do pravidelné pravoúhlé mřížky je typické např. pro data získaná pomocí počítačového tomografu (CT).

Vytvářená aplikace bude pracovat s hraniční reprezentací 3D modelů kostí získanou právě z CT objemových dat.

2.3.2 Hraniční reprezentace

Je jedním z nejběžnějších způsobů reprezentace těles. Spočívá v popisu hranice objektu (boundary representation, B-rep), tedy v popisu množiny jeho hraničních bodů (pláště). Tento model neuchovává informace o vnitřních bodech, lze je odvodit z popisu hranice. Pomocí hraniční reprezentace můžeme vytvořit tyto modely:

Drátový model

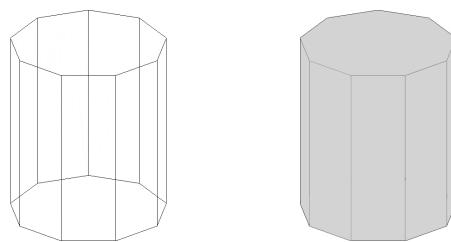
K popisu hranice tělesa se používají body a úsečky, které reprezentují jednotlivé vrcholy a hrany skutečného tělesa.

Polygonální model

Jedná se o rozšířený drátový model. V tomto případě se hranice tělesa popisuje plochami.

Spline plochy

Hranice objektu můžeme reprezentovat také jako křivky. V takovém případě převádíme při vykreslování modelu množinu křivek na tzv. síť trojúhelníků (triangle mesh), kterou pak zpracujeme stejně jako polygonální model zadáný pomocí množiny vrcholů, hran a jimi tvořených polygonů.

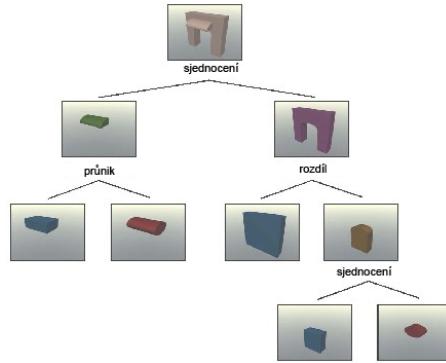


Obrázek 2.7: Drátový (vlevo) a polygonální (vpravo) model

2.3.3 Konstruktivní geometrie (CSG)

Je založena na reprezentaci tělesa stromovou strukturou (CSG stromem), uchovávající historii dílčích konstrukčních kroků. Z jednoduchých geometrických objektů, tzv. CSG primitiv (např. kvádr, koule, jehlan ...), je pomocí množinových operací a prostorových transformací

vytvořen výsledný objekt. Tento způsob se používá např. v oblasti CAD aplikací, kde odráží postupy používané konstruktérem při navrhování tvaru tělesa. Více informací naleznete v [zar98, kap. 6.3]. Stručná charakteristika tohoto přístupu je zde uvedena proto, že modely



Obrázek 2.8: CSG

virtuálních dlah budou vytvářeny právě pomocí CSG a poté převedeny na polygonální modely.

2.4 Reprezentace křivek

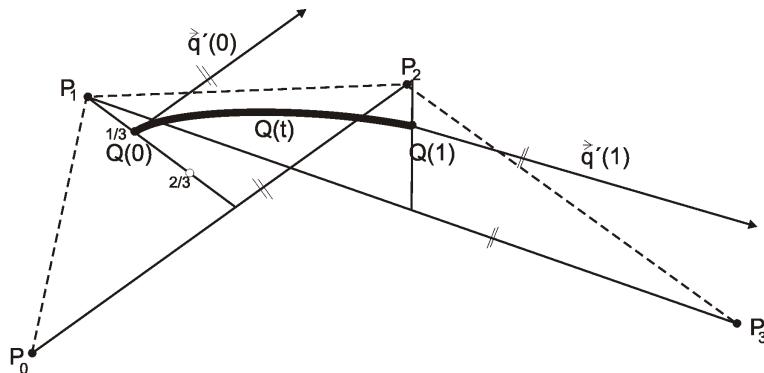
Pro implementaci řídicí křivky pro virtuální dlahu máme tyto možnosti:

2.4.1 Bézierovy křivky [zar98, str. 185]

asi nejpopulárnější approximační křivky. Snadno použitelné v rovině i v prostoru. Často se používají při definici písma (fontů).

2.4.2 Coonsovy kubiky [zar98, str. 190]

společně s Bézierovými křivkami zaujmají významné postavení v historii parametrických křivek. Běžně se používají při tvorbě po částech skládaných polynomických křivek.



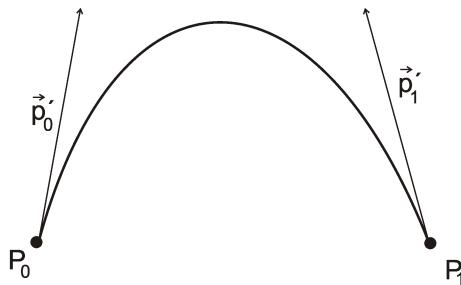
Obrázek 2.9: Coonsova kubika

Coonsova křivka, narozdíl od Bézierovy, obecně neprochází krajiními body. Další podrobnosti viz [zar98]

Pro potřeby programu je nutné reprezentovat křivky interpolačně, tedy tak, aby procházely uživatelem definovanými body.

2.4.3 Hermitovské kubiky [zar98, str. 184]

Často používané, někdy také označované jako Fergusonovy kubiky, interpolační křivky. Jsou určeny dvěma řídicími body P_0 , P_1 a dvěma tečnými vektory \vec{p}_0' a \vec{p}_1' v nich. Body P_0 a P_1 určují polohu křivky, křivka v nich začíná a končí. Směr a velikost tečných vektorů pak určuje míru vyklenutí. Čím je velikost vektoru větší, tím více se k němu křivka přimyká. Jsou-li oba vektory nulové, stane se křivka úsečkou P_0 , P_1 .



Obrázek 2.10: Hermitovská kubika

další detailly viz [zar98]

2.4.4 Křivky Kochanek-Bartes [zar98, str. 485]

Vycházejí z Hermitovských křivek, které tvoří jednotlivé segmenty Kochanek-Bartes křivek. Jejich častým použitím je interpolace bodů při počítačové animaci. Více viz [zar98]

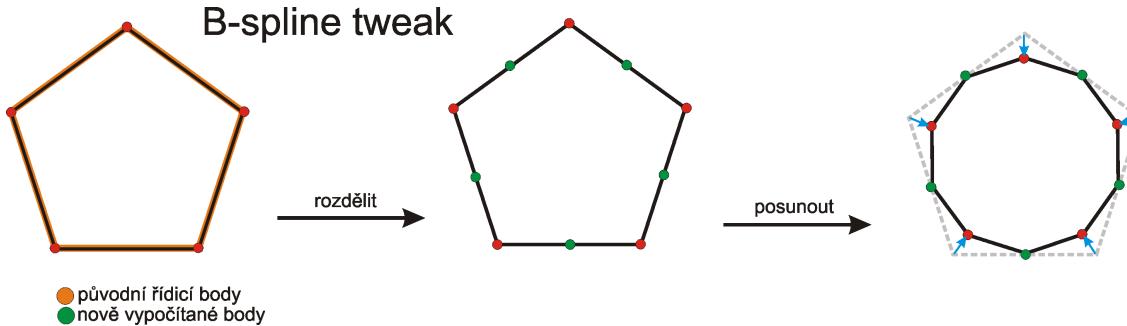
2.4.5 Subdivision metoda

Nejhodnější variantou pro reprezentaci řídicích křivek je subdivision metoda. Implementace je snadná a metoda samotná je relativně rychlá. Subdivision umožňuje rychlou implementaci aproximačních i interpolačních křivek. Myšlenka spočívá v rozdělení všech hran na polovinu a v posunu starých, resp. nových bodů, směrem dovnitř, resp. ven, tak jak je popsáno dále.

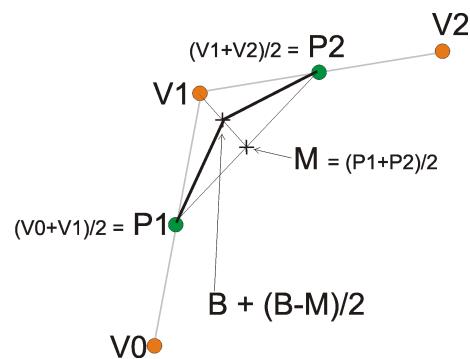
B-spline tweak[Ros-EDR]

Nejjednodušší subdivision metoda využívající kubické B-spline křivky. Spočívá v posunutí starých vrcholů o polovinu vzdálenosti směrem ke středu mezi jejich sousedy. Opakovou aplikací, která provádí rozdělení a posun, vytváříme křivku, která konverguje k uniformní kubické B-spline křivce. Výsledná křivka je většinou hladká. Protože dochází k posunu starých vrcholů (z původních řídicích bodů), křivka neinterpoluje původní body.

Výpočet posunutí vrcholu je naznačen na obrázku.



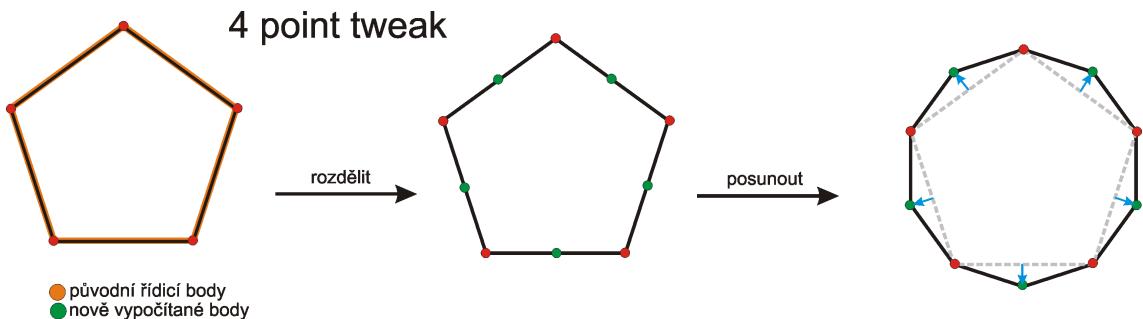
Obrázek 2.11: B-Spline subdivision [Ros-EDR]



Obrázek 2.12: Princip B-spline Tweak

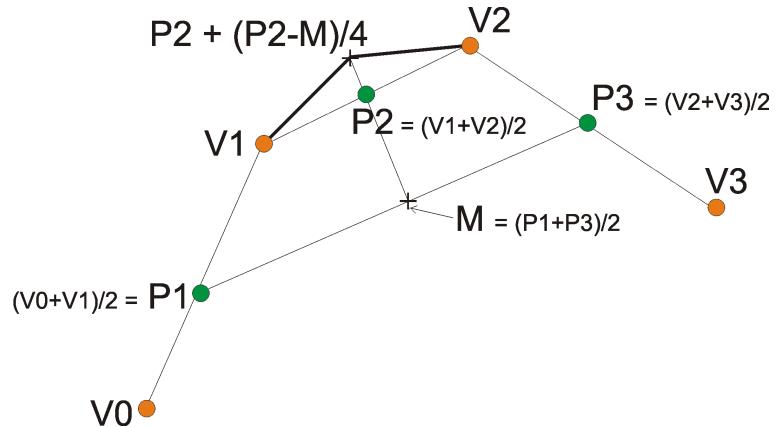
4 point tweak[Ros-EDR]

Toto je standardní postup pro subdivision. Spočívá v posunu nových bodů o $1/4$ vzdálenosti směrem od středu mezi jejich sousedy (přes jeden vrchol). Výsledná křivka interpoluje původní vrcholy a vydouvá se směrem ven přes nově vypočtené vrcholy. Posun o jednu čtvrtinu vzdálenosti vrcholu od středu mezi sousedy je ekvivalentní posunu o jednu osminu vzdálenosti mezi sousedy.



Obrázek 2.13: 4 point tweak subdivision[Ros-EDR]

Následující obrázek zobrazuje výpočet posunu nového vrcholu od středu.



Obrázek 2.14: Princip 4 Point Tweak

2.5 Možnosti pro zlepšení současné praxe

Přípravu na operaci a její následné zjednodušení a zrychlení by mohl vylepšit počítačový program, který by dal chirurgovi možnost prohlédnout si celou situaci jako virtuální 3D model. Na model by mohl nahlízet z jakéhokoliv úhlu (mohl by s ním rotovat), v jakémkoliv měřítku (mohl by jej zvětšovat/zmenšovat), mohl by pohybovat s jednotlivými fragmenty kosti (vyzkoušet, jak který odštěpek vhodně umístit), případně zvýrazňovat důležité části, skrývat nepodstatné. Program by dále umožňoval simulaci umístění vhodného typu dláhy na model zlomené kosti společně s volbou délky a tloušťky fixačních šroubů. Lékař by tak mohl mít k dispozici nástroj, pomocí kterého by si mohl nasimulovat nadcházející zákon a zlepšit tak svoje znalosti o situaci. Na sál by tak přicházel klidnější s velmi konkrétní představou toho, co jej.

Kapitola 3

Návrh a Implementace

V této kapitole navrhнемe vytvářenou aplikaci a popíšeme nejdůležitější aspekty použitého řešení.

3.1 Objekty v aplikaci

V této části nastíníme problematiku objektů potřebných v tomto projektu interaktivního umísťování virtuální dláhy na 3D modely kostí.

3.1.1 Model kosti

3D modely skutečných kostí jsou získávány ze snímků pořízených vyšetřením na počítačovém tomografu (CT) a k jejich zobrazení je použita hraniční reprezentace popsaná v kapitole 2.3. Vytvářená aplikace bude pracovat s modely ve formátu STL, který je tvořen trojúhelníkovou sítí. Po načtení modelu kosti bude tento uložen do grafu scény v samostatném uzlu a opatřen unikátním identifikátorem.

3.1.2 Řídicí křivka

Jedná se o velmi důležitý prvek vytvářené aplikace, který tvoří rozhraní mezi 3D modellem kosti a virtuální dlahou. Řídicí křivka je určena řídicími body, které definuje na povrchu 3D modelu kosti uživatel. Hladkost křivky je zajištěna metodou subdivision, jejíž implementace bude založena na implementaci v bakalářské práci [jed05] na stejně téma, a podle potřeby modifikována. Součástí tohoto projektu bude zejména zakomponování již vytvořeného systému do prostředí OpenSceneGraph.

3.1.3 Virtuální dlaha

Stěžejní částí projektu je vytvoření co nejrealističtějšího modelu virtuální dláhy a jeho napojení na řídicí křivku. Pro načítání modelů skutečných fixačních dlah se použije formát obj, jehož struktura je velice jednoduchá a srozumitelná a který je možné použít v jeho textové podobě.

Formát obj

Každý neprázdný řádek tohoto formátu je uveden identifikační značkou:

- v - vertex - následovaná trojicí čísel v plovoucí řádové čárce
- vt - texturovací souřadnice
- vn - vertex normal - následovaná trojicí čísel v plovoucí řádové čárce. Vektor tvořený těmito čísly nemusí být jednotkový
- f - face - následovaný třemi trojicemi celých kladných čísel oddělených znakem /, jejichž význam je následující: vertex/textura vertex/normal vertex a jedná se o pořadová čísla odkazující do seznamů vrcholů(v), texturovacích souřadnic() a normál(vn)
- # - comment - poznámka, komentář
- g - group - pojmenovaná skupina polygonů tvořících objekt
- usemtl - pojmenovaná skupina tvořící používající materiál s uvedeným jménem (materiály jsou definovány v odděleném souboru s příponou .mtl)

Přičemž se jednotlivé sekce mohou opakovat, zejména při uložení více objektů v jednom souboru.

Reprezentace dlahy

Dlaha používaná pro fixaci zlomenin kostí má většinou podobu metalického plátku s otvory pro fixační šrouby.

Vytvoření odpovídající virtuální dlahy sestává ze tří kroků:

1. Definice tzv. kostry
2. Definice povrchu
3. Definice otvorů pro šrouby

Model povrchu fixační dlahy včetně otvorů pro fixační šrouby je možné vytvořit v některém dostupném modelovacím nástroji a uložit ve formátu obj. Dále je nutné vytvořit konfigurační soubor tohoto modelu a specifikovat v něm způsob namapování na kostru a pozici otvorů pro fixační šrouby.

Definice kostry dlahy

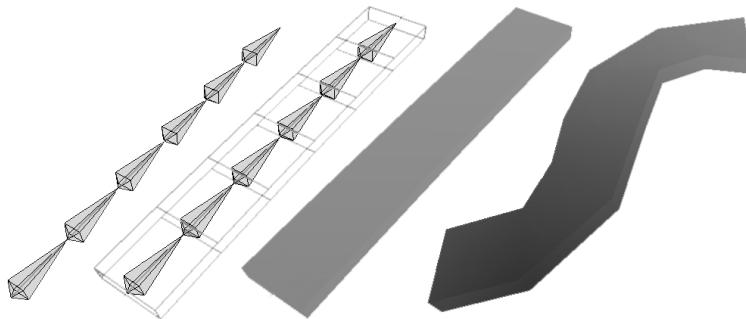
Kostra 3D modelu slouží k jednodušší manipulaci s ním. Definujeme kostru (funkce odpovídá např. lidské kostře) jako síť úseček (kostí) a konektorů (kloubů), u kterých můžeme měnit jejich polohu v prostoru.

Tvar kostry můžeme definovat prostřednictvím tzv. přímé nebo inverzní kinematiky:

- Přímá kinematika - Tvar kostry se určuje element (kost) po elementu. Začneme s první kostí kostry a u ní určíme orientaci (tím změníme pozici všech kostí, které jsou na ni napojeny). Poté se přesuneme k její dceřinné kosti (následnici) a změníme její orientaci. Takto projdeme všechny relevantní kosti kostry, až dosáhneme požadovaného tvaru.

- Inverzní kinematika - Je přesným opakem přímé kinematiky. Vycházíme z tzv. koncového bodu (místa, kde požadujeme umístění posledního elementu kostry) a měníme natočení jednotlivých kostí směrem od koncové ke kořenové. Tento postup se provádí iterativně a v každém kroku se hledá takové natočení, které maximálně přiblíží koncový bod požadované pozici.

Výhodou inverzní kinematiky je její intuitivnost a hodí se zejména pro animaci lidských postav či jiných živých bytostí, ale i např. robotických ramen. Uživatel pouze určí, kam chce umístit konec ramene (končetiny v případě živé bytosti) a nechá na počítači, ať nalezne vhodnou kombinaci natočení jednotlivých kostí. Těchto kombinací existuje obecně nekonečně mnoho.



Obrázek 3.1: Virtuální dlaha - zleva: kostra, kostra s drátovým zobrazením povrchu, pevné zobrazení, ohnutá dlaha

Pro animaci virtuální dlahy však bude vhodnejší použití přímé kinematiky. Výchozí pozicí je znalost pozice počátku virtuální dlahy a požadavek přimknutí jejích částí k řídicí křivce. Toto můžeme s úspěchem realizovat pomocí rekurze element po elementu od počátečního ke koncovému.

Definice povrchu dlahy

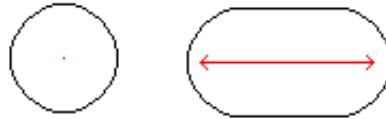
Společně s kostrou definujeme tzv. kůži (skin) jako síť polygonů kolem kostry. Jednotlivé vrcholy mají určeno, ke kterým kostem jsou navázány a poté mění svoji polohu společně s připojenou kostí.

Otvory pro šrouby

V místech, kde jsou v modelu fixační dlahy otvory pro fixační šrouby, vytváří aplikace tzv. ovládací otvory o odpovídajícím průměru. Tyto ovládací otvory budou určovat pohybové možnosti do nich umístěných šroubů - odklon od k směru olmého na povrch dlahy o maximální definovaý úhel a pohyb podél delší osy v případě protáhlého tvaru otvoru pro fixační šroub.

3.1.4 Fixační šrouby

Fixační šroub bude vymodelován v některém z dostupných 3D modelovacích nástrojů a bude definován svou dílkou, průměrem a účelem použití (např. spongiózní a kortikální šroub). Bude mít omezenou pohyblivost pouze podél své osy.



Obrázek 3.2: schéma možných tvarů otvorů pro fixační šrouby

3.2 Řídicí křivka

Pro pozicování virtuální dláhy na povrch modelu kosti se používá tzv. řídicí křivka, která byla implementována subdivision metodou.

Implementace subdivision založená na prezentaci Jarka Rossignaca [[Ros-EDR](#)] může vypadat např. takto:

- Mějme pole V o velikosti n vrcholů uzavřeného polygonu P
- Vytvoříme druhé pole M o velikosti n středních bodů hran polygonu P
- Vytvoříme třetí pole A , kde každý vrchol z M posuneme o $1/4$ od jeho sousedů v M
- Pro kontrolu můžeme zobrazit polygony složených z vrcholů polí V , M a A
- Vytvoříme pole S o velikosti $2n$ vrcholů, do kterého uložíme střídavě vrcholy z polí V a A - $V[0], A[0], V[1], A[1], \dots, V[n], A[n]$
- Pro kontrolu můžeme různými barvami zobrazit polygony z polí S a V
- Vytvoříme proceduru BSPLINETWEAK, která přijímá pole V a vrací pole S

Takto vytvořená křivka bude procházet zadánými body, ale nebude přesně kopírovat povrch modelu kosti. Aby bylo možné takovouto křivku efektivně použít k umístování virtuální dláhy je třeba ji promítnout na povrch modelu kosti.

Toho bylo dosaženo tím, že každý vytvářený řídicí bod, který vždy leží na povrchu modelu kosti, přejímá normálu povrchu v místě, kde je vytvořen. Normály v ostatních (vypočítaných) bodech křivky jsou interpolovány z normál v řídicích bodech a tím je dosažena kolmost normál na povrch modelu kosti ve všech bodech křivky.

K promítnutí řídicí křivky na povrch 3D modelu kosti slouží metoda, která vypočte průsečíky normál v jednotlivých bodech křivky s povechem 3D modelu kosti a posune tyto body do nalezených průsečíků.

Díky tomuto rešení je možné definovat řídicí křivku pomocí několika málo bodů a i přes to je tato hladká a leží všemi svými body na povrchu 3D modelu kosti.

3.3 Virtuální dláha

3.3.1 Model povrchu

Model fyzického tvaru fixační dláhy je načítán ve formátu obj. Jedná se o textový formát, do kterého je možné exportovat modely např. z 3D Studia Max. Formát obj má také rychlejší binární podobu, která však nebyla použita, protože je pro člověka jen velmi obtížně čitelná. Vytvořená aplikace nevyužívá všech možností tohoto formátu, což plyne zejména z nepoužití

textur a uložení vždy jednoho objektu v jednom souboru. Více informací o tomto formátu v odstavci [3.1.3, \[web-obj\]](#)

3.3.2 Konfigurační soubor

Pro správnou funkci virutální dláhy je třeba k modelu dláhy dodat její konfigurační soubor. Konfigurační soubor obsahuje tyto řádky:

- a - řádky začínající znakem a definují obecné atributy modelu dláhy, jak je popsáno dále,
- b - řádky začínající znakem b definují jednotlivé kosti ohybatelné kostry dláhy, jak je popsány dále
- mriz - řádky začínající znakem mriz obsahují komentáře.

Vyžadované obecné atributy:

- modelName - jméno modelu nutné pro jeho identifikaci při kliknutí myši
- lenght - délka dláhy v mm (osa x)
- width - šířka dláhy v mm (osa y)
- height - výška dláhy v mm (osa z)
- screws - počet otvorů pro fixační šrouby
- bones - počet segmentů, na které se má dláha rozdělit (používá se pro ohýbání dláhy. každý spoj mezi dvěma segmenty je místem ohybu)
- lenghtVerts - počet vrcholů modelu dláhy na ose x
- widthVerts - počet vrcholů modelu dláhy na ose y
- heightVerts - počet vrcholů modelu dláhy na ose z

Tyto atributy jsou obecným popisem modelu dláhy a jsou nutné ke správnému namapování dláhy na její kostru.

Druhou součástí konfiguračního souboru je definice ohybatelné kostry virtuální dláhy. Jednotlivé řádky definují jednotlivé kosti, které vyžadují tyto informace:

- Length - délka kosti
- Holes - počet otvorů pro fixační šrouby na této kosti (0 až n)
- HoleSites - počet stěn otvoru pro fixační šroub
- HolePos - pozice otvoru pro fixační šroub
- Diameter - poloměr otvoru pro fixační šroub

Atributy HolePos a Diameter, se mohou opakovat podle toho, kolik otvorů se na dané kosti nachází. Jednotlivé dvojice atributů HolePos a Diameter jsou odděleny znakem —.

Ukázka konfiguračního souboru:

```

# General attributes
a name      plate
a lenght    117
a width     11
a height    3.5
a screws    7
a bones    8
a lvertices 9
a wvertices 2
a hvertices 4
a holehvertices 4

# Length Holes HoleSites  ScrewPos      Diameter
b 14.625  1      12          6   0 1.75  3.5
b 14.625  1      12          22  0 1.75  3.5
b 14.625  1      12          38  0 1.75  3.5
b 14.625  0
b 14.625  1      12          63  0 1.75  3.5
b 14.625  1      12          79  0 1.75  3.5
b 14.625  1      12          95  0 1.75  3.5
b 14.625  1      12          111 0 1.75  3.5

```

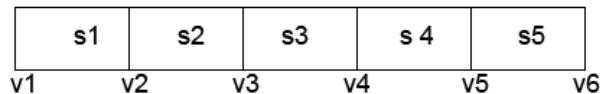
3.3.3 Generování propojovacího souboru

Aby bylo možné namapovovat načtený model fixační dláhy na kostru definovanou v konfiguračním souboru dláhy, je nutné vygenerovat propojovací soubor. Ten je možné vytvořit ručně, avšak i v případě modelu dláhy v podobě rovného pasku s jedním otvorem je tento přístup velice pracný. Z tohoto důvodu byla vytvořena metoda pro generování tohoto souboru, avšak její použití vyžaduje striktní dodržení formátu .obj souboru s modelem dláhy a přesné nastavení atributů v konfiguračním souboru.

Pravidla pro vytváření modelu dláhy

Při vytváření modelu dláhy je třeba dbát těchto pravidel:

1. Tělo dláhy je nutné rozdělit na tolik částí, kolik kostí bude mít její kostra. To znamená, že pokud bude mít dláha délku 100mm a bude mapována na kostru o pěti kostech, je nutné rozdělit tělo dláhy na pět segmentů, tedy na nejdelší hraně bude šest vrcholů.



Obrázek 3.3: Rozdelení dláhy na pět segmentů definovaných šesti vrcholy

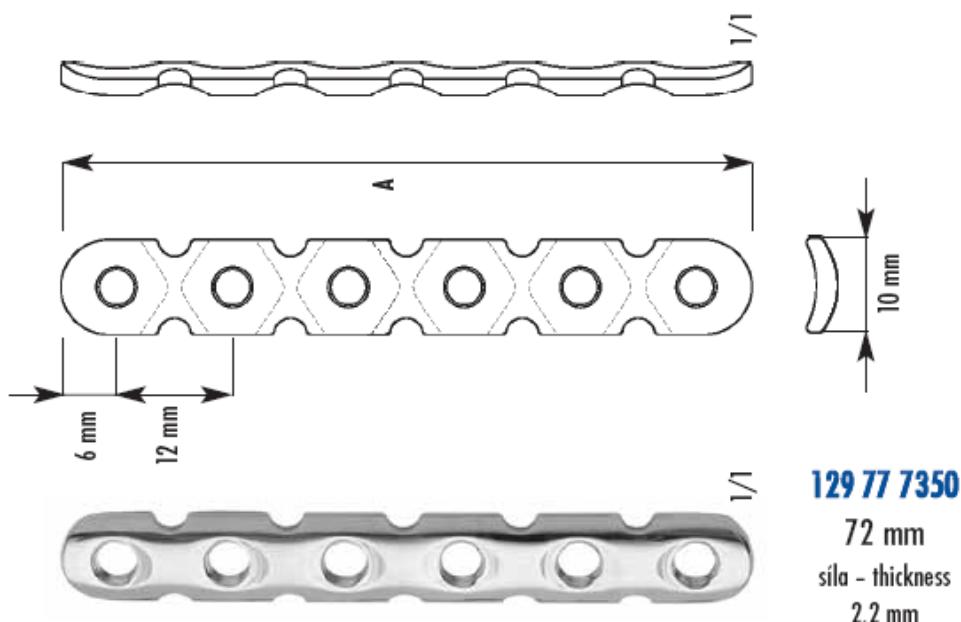
2. Na šířku může mít dláha pouze jeden segment, tedy dláha bude na této straně tvořena pouze dvěma vrcholy.

3. Na výšku může být neomezený počet segmentů. Experimentálně bylo zjištěno, že postačující jsou čtyři až šest segmentů.
4. Hrana mezi dvěma segmenty nesmí procházet otvorem pro fixační šroub.



Obrázek 3.4: Vlevo správný model dlahy, vpravo nesprávný model dlahy s nesprávně umístěným čtvrtým otvorem

Zvolený model není zcela ideální, a to zejména proto, že neumožňuje vytvoření modelu fixační dlahy s prohnutým profilem (tyto modely jsou časté např. u výrobků společnosti Medin) či jinak komplexním tvarem, jako je na obrázku 3.5.



Obrázek 3.5: Fixační dlahy komplexního tvaru

V budoucnu by tedy bylo vhodné tento model dále zobecnit a umožnit používání zcela přesných modelů reálných fixačních dlah. Navržený model virtuální dlahy pracuje i s prohnutým profilem, pro jeho používání je třeba upravit generátor propojovacího souboru.

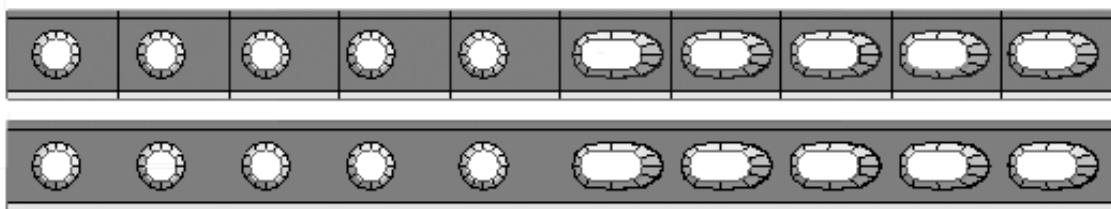
Další pravidla:

Pro správné namapování modelu dlahy na kostru je třeba, aby délka jednotlivých kostí byla rovna délkám jednotlivých segmentů těla dlahy. Toto je poněkud striktní omezení, avšak vychází z myšlenky, že jednotlivé vrcholy na hranách těla dlahy se nacházejí v místech, kde se může dlahy ohnout. Jinak řečeno: dlahy se může uhýbat pouze v místech, kde jedna kost kostry navazuje na další kost a právě v těchto místech se musí nacházet vrcholy

jednotlivých segmentů těla dláhy. Kosti a jim odpovídající segmenty dláhy mohou mít různou délku.

Pokud se jedná o pozici otvorů pro fixační šrouby, jejich poloha v rámci jednoho segmentu může být libovolná. Jak již bylo uvedeno, otvor pro fixační šroub se nesmí nacházet na hraně mezi dvěma segmenty, jinak se bude zobrazovat špatně. Toto omezení vychází z implementované metody pro generování propojivacího souboru. V případě změny této funkce se mohou otvory umísťovat libovolně. Počet otvorů v jednom segmentu není nijak omezen, ale musí být zachováno pravidlo o hranici mezi dvěma segmenty.

S implementovaným modelem a implementovanou funkcí pro generování propojovacího souboru je možné vytvářet také modely neohybatelných fixačních dláh. Takový model se vytvoří pomocí kostry s jedinou kostí a tělem dláhy o jednom segmentu.

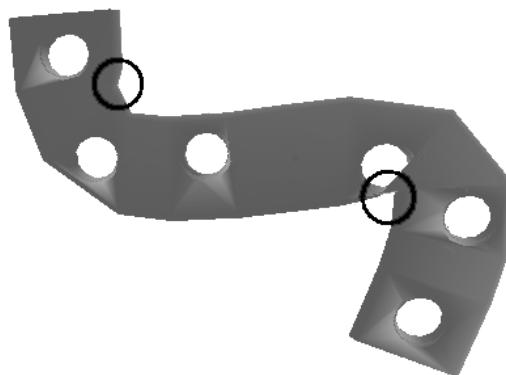


Obrázek 3.6: nahoře ohybatelná dlaha s deseti segmenty, dole dlaha neohybatelná

3.3.4 Nevýhody

Zde jsou hlavní omezení implementovaného řešení:

- Ostré zlomy - vzhledem k tomu, že se model ohýbá vždy v jednom místě, dochází k ostrým přechodům mezi jednotlivými segmenty, které jsou patrné zejména při velkých zakřiveních.
- Změna tvaru - pokud je virtuální dlaha definována pomocí většího počtu malých segmentů, implementovaný generátor zapříčiní vznik různých nepravidelností při ohybu do stran.



Obrázek 3.7: Nepravidelnosti při velkém počtu malých segmentů

Vzhledem k tomu, že používané fixační dlahy není možné dobře ohýbat do stran, je tento nedostatek zanedbatelný.

3.3.5 Výhody

1. Umožňuje použít pevnou i ohybatelnou virtuální dlahu.
2. Implementovaná virtuální dlahy dobře kopíruje povrch kosti (ohýbání ve všech směrech)
3. Jednotlivé otvory pro fixační šrouby mohou mít různou šířku

3.3.6 Vytvoření virtuální dlahy

Vytvoření virtuální dlahy sestává z několika kroků:

1. načte se konfigurační soubor
2. vytvoří se kostra dlahy a definují se pozice pro fixační šrouby
3. načte se model povrchu dlahy
4. vygeneruje se tzv. bindfile - namapování modelu dlahy na kostru
5. namapuje se model na kostru
6. vytvoří se virtuální dlahy

Nejkritičtějším krokem tohoto procesu je vygenerování mapovacího souboru. Pokud tento existuje, je možné tento krok vynechat a celou proceduru tak zjednodušit.

3.3.7 Ukládání modifikované dlahy

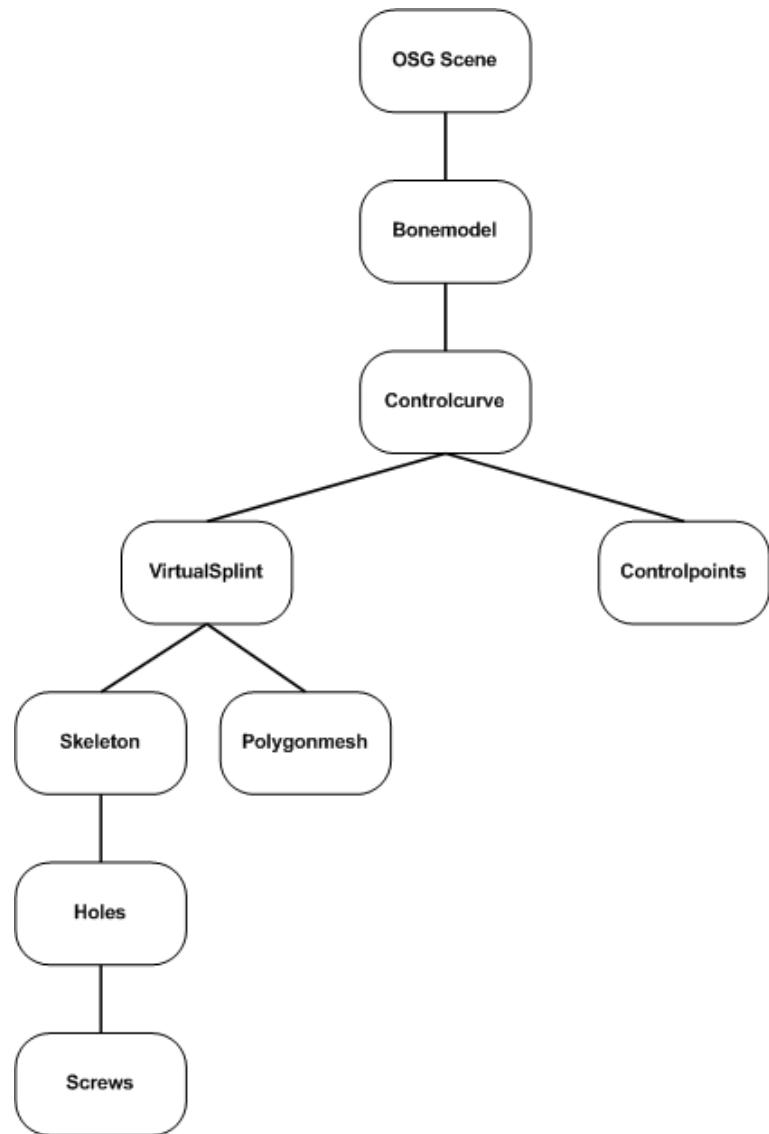
Umístěnou a tím pádem změněnou virtuální dlahu je možné uložit ve formátu .stl, nebo .obj. Formát obj byl zvolen proto, že modely fixačních dlah jsou načítány právě v tomto formátu. Formát stl byl zvolen s ohledem na snadné použití při tisku technologií rapid prototyping.

Modifikovanou virtuální dlahu lze tedy uložit jako 3D model a ten fyzicky vyrobit. Takto získaný fyzický model ohnuté dlahy je možné použít při přípravě (vytvárování) reálné fixační dlahy na operaci.

3.4 Fixační šrouby

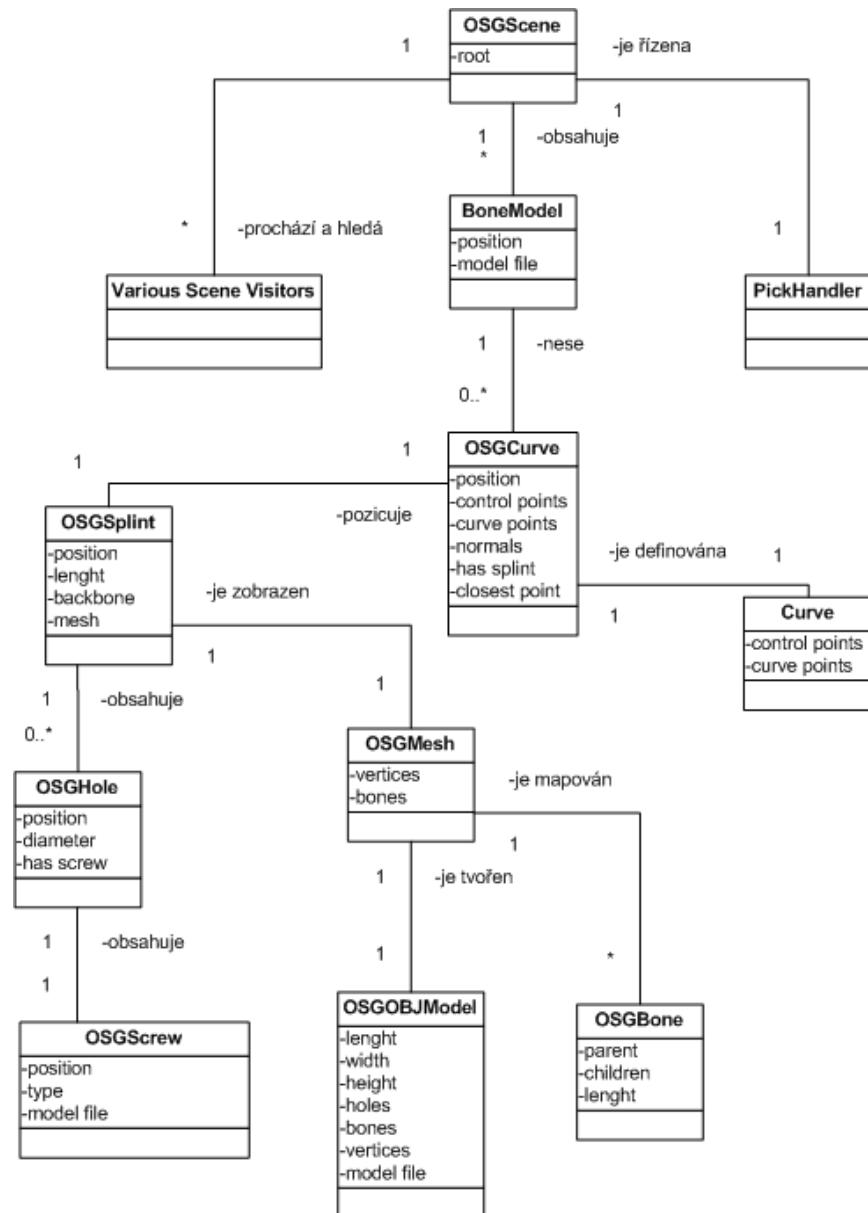
Modely fixačních šroubů jsou načítány ve formátu .obj a .stl. Aby bylo možné vytvořit virtuální fixační šroub, je třeba doplnit 3D polygonální model fixačního šroubu o velikost jeho průměru a jeho délku.

3.5 Graf scény



Obrázek 3.8: Použitý graf scény

3.6 Diagram tříd



Obrázek 3.9: Diagram tříd

3.7 Použité nástroje

Nová aplikace je vyvíjena v jazyce C++ s využitím výkonného open source 3D grafického toolkitu OpenSceneGraph (OSG), který je používán vývojáři v oblastech vizualizace informací, her, virtuální reality, vědeckých vizualizací a modelování. OpenSceneGraph je kompletně napsán ve standardním C++ a OpenGL a je možné jej používat na platformách Windows, OSX, GNU-Linux, IRIX, Solaris, HP-Ux, AIX a FreeBSD.

Tato knihovna umožňuje reprezentovat objekty ve scéně pomocí grafu scény, který umožňuje usporádávat související objekty (které sdílejí vybrané atributy) do skupin a poté pracovat s těmito společnými vlastnostmi na jednom místě. OpenSceneGraph poskytuje služby jako je automatická správa objektů v paměti (garbage collector), level of detail(LOD) apod.

Dále jsou využity některé komponenty knihovny šablon tříd STL (Standard Template Library), aby se předešlo komplikacím zejména při práci s ukazateli.

Kapitola 4

Dosažené výsledky

Byla vytvořena aplikace, která je schopna zobrazovat 3D modely reálných kostí, a ve které je implementován funkční systém virtuální dlahy.

Použité řešení poskytuje uživateli jednoduchý, intuitivní a interaktivní systém pro práci s 3D scénou. Editování probíhá v reálném čase, avšak doba odezvy systému stoupá s rozsahem počtem polygonů 3D modelu kosti.

Základní úkol

- načtení 3D modelu kosti,
- vytvoření řídicí křivky,
- vložení virtuální dlahy,
- umístění virtuální dlahy,
- přidání fixačních šroubů

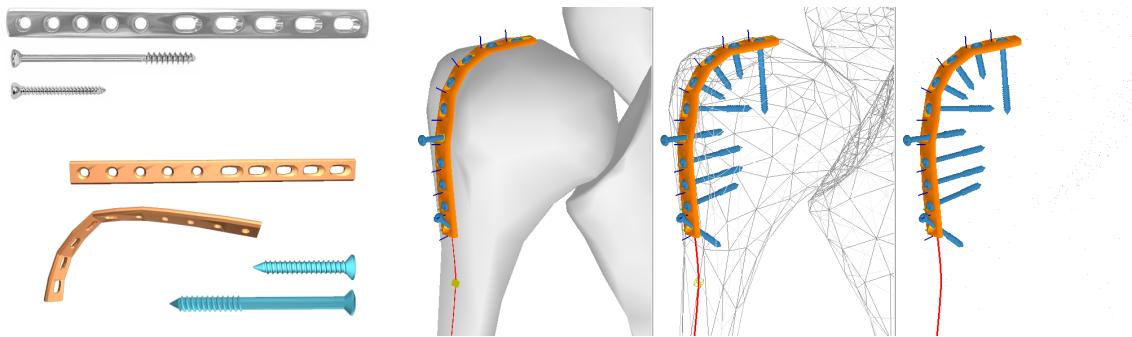
je možné splnit během několika málo minut.

Virtuální dlahy jsou tvořena 3D modelem skutečné ortopedické dlahy a fixačních šroubů, který je doplněn dvěma speciálními soubory (popsanými v kapitole 3.3) zajišťujícími interaktivní tvarování načteného 3D modelu.

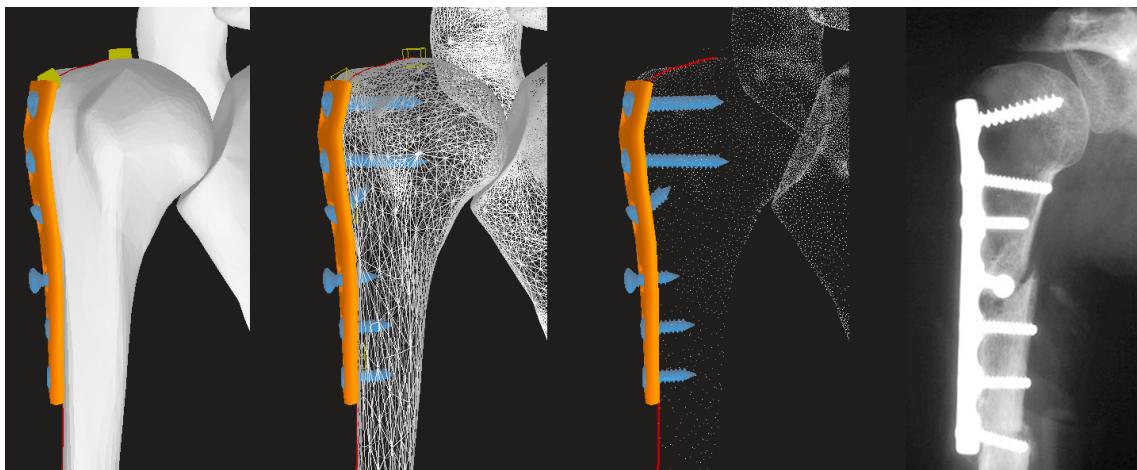
Na obrázku 4.1 můžete vidět hlavní charakteristiky vytvořené aplikace:

- vlevo nahoře skutečná ortopedická dlahy a skutečné fixační šrouby
- vlevo uprostřed model fixační dlahy a tentýž model ohnutý pomocí vytvořené aplikace
- vlevo dole modely fixačních šroubů
- uprostřed umístění virtuální dlahy se dvěma typy fixačních šroubů na 3D model ramenního kloubu
- vpravo umístění virtuální dlahy se dvěma typy fixačních šroubů na 3D model ramenního kloubu zobrazeného jako drátový model a umístění virtuální dlahy s fixačními šrouby bez modelu kosti.

Na obrázcích 4.2 a 4.3 jsou dvě ukázky umístění virtuální dlahy na 3D model kosti v reálném měřítku, doplněné o skutečné RTG snímky ortopedické dlahy.



Obrázek 4.1: umístění virtuální dláhy na ramenní kloub



Obrázek 4.2: umístění virtuální dláhy na ramenní kloub

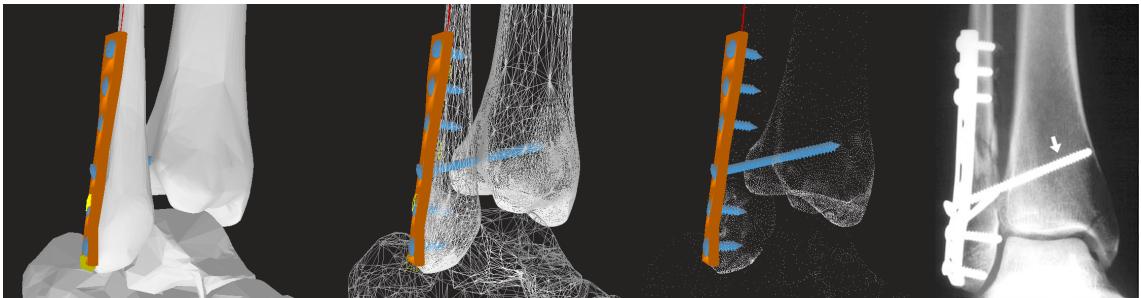
4.1 Vlastnosti implementovaného řešení

4.1.1 Řídicí křivka

- Řídicí křivku lze umístit na jakýkoli polygonální model.
- Kontrolní body, řídicí křivky přejímají normálu povrchu v bodě, kde jsou umístěny.
- Po vypočtení hladké křivky je tato promítнутa na povrch objektu.

4.1.2 Virtuální dlaha

- Je tvořena 3D modelem ve formátu obj, kostrou a mapovacím souborem.
- Při posunu virtuální dláhy po řídicí křívce je ohýbána kostra dláhy a podle ní se mění tvar 3D modelu.
- Modifikovanou virtuální dláhu je možné uložit ve formátu obj a stl.
- V místech pro vložení fixačních šroubů jsou definovány virtuální otvory, které umožňují posun podle normály povrchu (šroubování), odklánění fixačního šroubu od kolmého směru a posun v podélném otvoru.



Obrázek 4.3: umístění virtuální dláhy na kotník

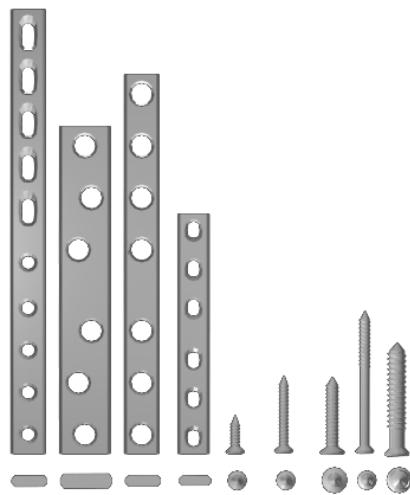
- Otvory pro fixační šrouby mohou mít v jedné dlaze různé průměry.

4.1.3 Fixační šrouby

Jsou tvořeny 3D modelem s definovanou délkou, průměrem a místem použití (spongiózní, kortikální, ...).

4.1.4 3D model kosti

- Je načítán v různých formátech, předpokládá se použití zejména formátu stl.
- Může mít různou kvalitu (počet polygonů), avšak pro přesnou práci je vhodné použít detailnější model. Rostoucí počet polygonů 3D modelu kosti zpomaluje zejména výpočet průsečíků pro promítnutí řídicí křivky na povrch modelu a proto je třeba zvolit vhodný kompromis mezi přesností práce a výpočetní náročností.

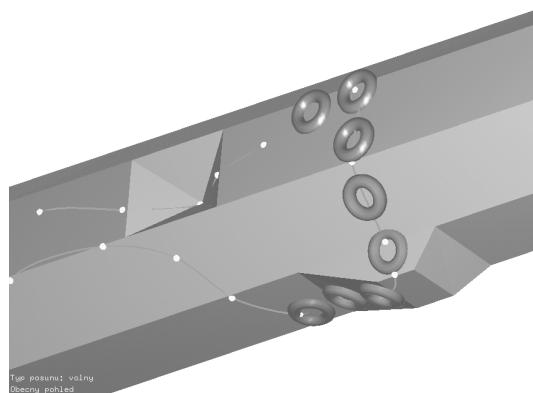


Obrázek 4.4: Vytvořené 3D modely ortopedických dlah a fixačních šroubů

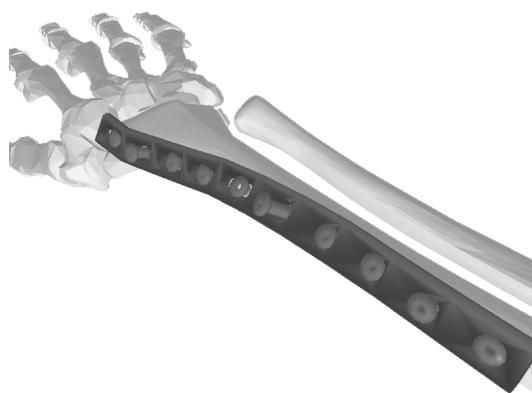
4.2 Srovnání s předchozí verzí

Pokrok oproti předcházející práci je patrný v těchto oblastech:

- Kompletní přepsání aplikace z knihovny GLUT do knihovny OpenSceneGraph.
- Několikapolygonové testovací objekty nahrazeny 3D modely skutečných kostí s několika stovkami až tisíci polygonů.
- Třída řídicí křivky byla rozšířena o metody promítající tuto křivku na povrch zvoleného polygonálního modelu a tím zásadně zpřesnila umístování virtuální dláhy.
- Zcela abstraktní model virtuální dláhy reprezentovaný pouze skupinou několika samostatných objektů byl použit k vytvoření funkčního systému využívajícího (mírně zjednodušených) 3D modelů skutečných ortopedických dláh tvarovaných pomocí kostry a přímé kinematiky.



Obrázek 4.5: Snímek z předchozí verze aplikace

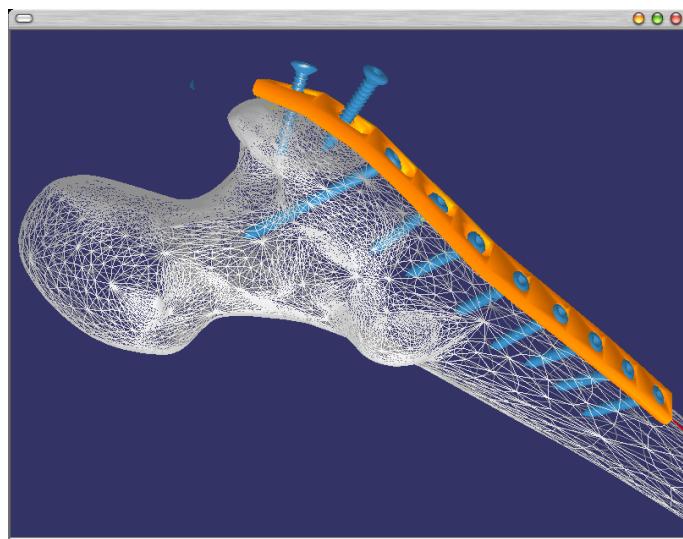


Obrázek 4.6: Snímek z aktuální verze aplikace

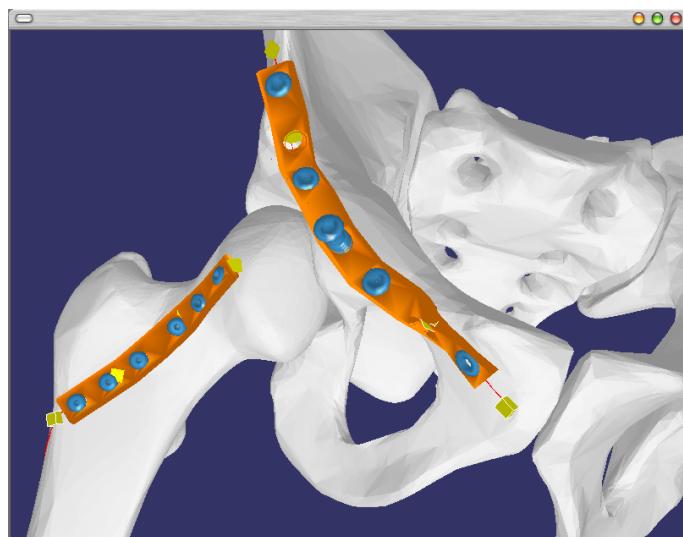
4.3 Získané ocenění

Tento projekt získal 1. místo v sekci Grafika a multimédia magisterské formy studia na Konferenci a soutěži studentské tvůrčí činnosti Student EEICT 2008 pořádané na Fakultě elektrotechniky a komunikačních technologií a Fakultě informačních technologií Vysokého učení technického v Brně. Příspěvek na téma Interaktivní umístování virtuální dláhy na 3D modely kostí je možné najít ve sborníku této soutěže [EEICT].

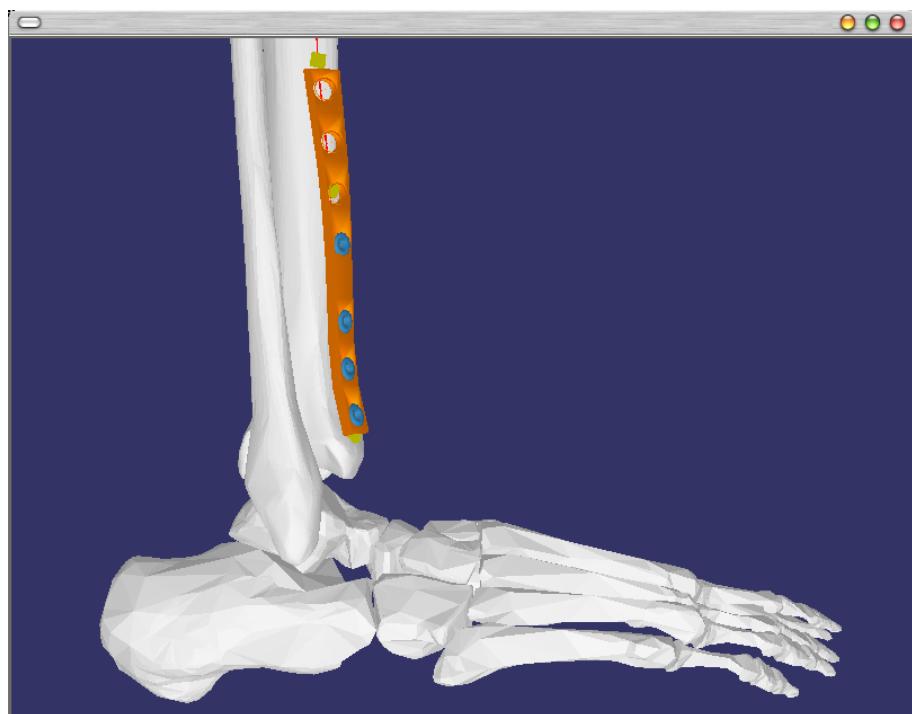
4.4 Ukázky z programu



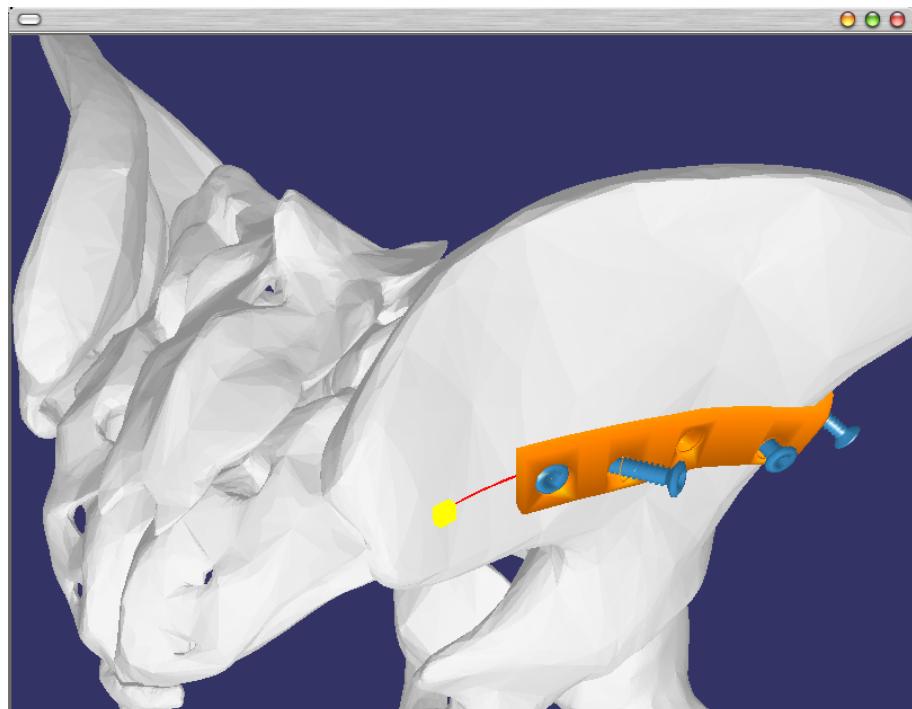
Obrázek 4.7: umístění virtuální dlahy na kyčelní kloub



Obrázek 4.8: umístění virtuální dlahy na kyčelní kloub



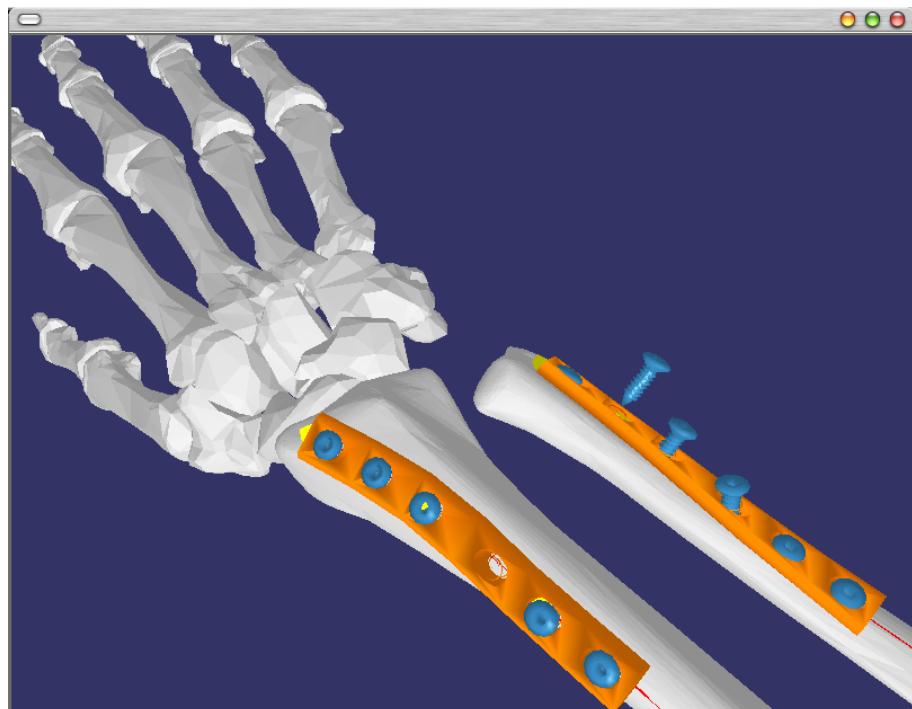
Obrázek 4.9: umístění virtuální dláhy na holenní kost



Obrázek 4.10: umístění virtuální dláhy na pánevní kost



Obrázek 4.11: umístění virtuální dláhy na lopatkovou kost



Obrázek 4.12: umístění virtuální dláhy na vřetenní a loketní kost

Kapitola 5

Závěr

Domnívám se, že tato diplomová práce na téma Interaktivní umístování virtuální dláhy na 3D modely kostí, byla úspěšná. Při práci byly použity poznatky získané při bakalářské práci na stejném téma a vytvořená aplikace je tedy druhou verzí vyvýjeného programu.

5.1 Splnění bodů zadání

1. Vytvoření základní aplikace umožňující zobrazení virtuální 3D scény a práci s ní.

S využitím knihovny OpenSceneGraph byla vytvořena aplikace pro zobrazení 3D scény. Tato aplikace umožňuje posun, rotaci, přibližování/oddalování scény a změnu způsobu zobrazení scény (pevné, drátové a bodové modely). Program dále umožňuje vybírání objektů a manipulaci s nimi (editace tvaru řídicí křivky, posun virtuální dláhy, šroubování fixačních šroubů).

2. Vytvoření systému pro definici řídicí křivky, která bude sloužit pro přesné umístění virtuální dláhy na model kosti.

S využitím Subdivision metody (přesněji její 4 Point Tweak varianty [Ros-EDR]) byl vytvořen systém pro tvorbu a editaci tvaru řídicí křivky. Oproti předcházející verzi byl systém tvorby řídicí křivky rozšířen o funkce promítající tuto křivku na povrch zvoleného 3D modelu. Tento přístup umožňuje velice přesné umístování virtuální dláhy na povrch 3D modelu kosti a přesně kopíruje tvar povrchu této kosti.

3. Vytvoření modelu virtuální dláhy a fixačních šroubů.

S využitím znalostí z předcházející bakalářské práce byl vytvořen obecný model virtuální dláhy definovaný kostrou virtuální dláhy, 3D modelem povrchu skutečné ortopedické dláhy a mapovacím souborem. Mapovací soubor definuje vztah mezi kostrou virtuální dláhy a body jejího 3D modelu a je možné jej generovat automaticky.

3D modely fixačních dláh jsou načítány ve formátu .obj a po modifikaci původního tvaru mohou být uloženy ve formátech .obj a .stl.

Virtuální dláha může být upevněna fixačními šrouby s různými průměry.

Modely fixačních šroubů jsou načítány ve formátu .obj a jsou charakterizovány svou délkou, průměrem a použitím (spongiální/kortikální šrouby).

4. Vytvoření systému pro práci s modely fixačních šroubů.

Virtuální fixační šroub je definován svým 3D modelem ve formátu .obj a konfiguračním souborem. Implementovaný systém umožňuje použití různých typů šroubů k fixaci virtuální dláhy, šrouby je možné šroubovat, měnit jejich sklon při šroubování, případně s nimi v podélných otvorech pousouvat.

5. Import polygonálních 3D modelů kostí.

3D modely skutečných kostí je možné načítat v různých formátech včetně formátu .stl, u kterého se počítá s nejčastějším použitím. Velikost použitelných modelů je stovky až desítky tisíc polygonů.

5.2 Budoucnost projektu

Dosažené výsledky jsou dobrým základem pro třetí iteraci ve vývoji aplikace pro interaktivní umísťování virtuální dláhy na 3D modely kostí, jejímž výstupem by mohl být již reálně použitelný počítačový program(knihovna) napojený na již existující systém počítačového zpracování výsledků CT vyšetření a počítačové podpory plánování chirurgických zákroků.

Pro dosažení tohoto cíle je třeba učinit tyto kroky:

1. Znovupřepsání kódu aplikace s důrazem na optimalizaci stávajících algoritmů.
2. Další zobecnění modelu virtuální dláhy spočívající zejména v detailním popisu struktury souboru pro 3D model fixační dláhy závisející na volbě modelovacího nástroje pro tvorbu 3D modelů reálných ortopedických dláh. Detailní popis struktury 3D modelu ortopedické dláhy umožní vytvoření skriptu pro automatické generování mapovacího souboru s komplexními 3D modely virtuální dláhy na jejich kostru(=korektní tvarování virtuální dláhy komplexního tvaru).
3. Integrace do stávajícího systému počítačové podpory plánování operací.

Literatura

- [zar98] Žara J., Beneš B., Felkel P.: *Moderní počítačová grafika*, 1. vyd. Praha, Computer press 1998, ISBN 80-7226-049-9
- [jav07] Peter Javorský, *OpenSceneGraph*, bakalářská práce, FIT, VUT Brno 2007
- [jed05] Lukáš Jedlička, *Interaktivní umístování virtuální dláhy na 3D modely kostí*, bakalářská práce, FIT, VUT Brno 2005
- [web-NCH] Medin, [online], [2006-04-10]
URL <http://www.medin.cz>
- [Ros-EDR] Jarek Rossignac: *Education-Driven Research in CAD*(abstract), College of Computing, IRIS Cluster, and GVU Center. Georgia Tech, Atlanta, USA
URL <http://www.gvu.gatech.edu/~jarek/>
- [web-LAG] Michal Kvasnička, *Základy lineární algebry*, [online], [2006-04-10]
URL <http://www.econ.muni.cz/~qasar/vyuka/emm1/sylabusemm1.pdf>
- [web-obj] Specifikace OBJ,
URL http://people.scs.fsu.edu/~burkardt/txt/obj_format.txt
- [EEICT] Vysoké učení technické v Brně, Proceedings of the 14th Conference STUDENT EEICT 2008, Volume 2, Brno, 2008, ISBN 978-80-214-3615-2
- [Obrázek 2.1] FootDoc, [online], [2007-28-12]
URL <http://www.footdoc.ca/www.FootDoc.ca/AnkleMortise.jpg>
- [Obrázek 2.2] HWB Foundation, [online], [2006-27-12]
URL <http://www.hwbf.org/hwb/conf/alex47/image3.jpg>
- [Obrázek 2.3] Medin - Dláhy pro osteosyntézu, [online], [2008-03-01]
URL <http://www.medin.cz/modules/download-getfile.php?fileID=66>
- [Obrázek 2.4] Medin, [online], [2008-03-01]
URL <http://www.medin.cz/sancho/upload/products/prod70.jpg>
- [Obrázek 2.5] Medin, [online], [2008-03-01]
URL <http://www.medin.cz/sancho/upload/products/prod330.jpg>
- [Obrázek 2.6] Medin, [online], [2008-03-01]
URL <http://www.medin.cz/sancho/upload/products/prod99.jpg>
- [Obrázek 3.5] Medin - Dláhy pro osteosyntézu, [online], [2008-03-01]
URL <http://www.medin.cz/modules/download-getfile.php?fileID=66>

Dodatek A

Ovládání programu

Vytvořená aplikace byla vyvíjena jako demonstrační a neobsahuje propracované grafické uživatelské rozhraní, ovládá se pomocí klávesnice a myši.

A.1 Spuštění programu

Program se spouští s jedním parametrem - jménem souboru s modelem kosti, např:

```
dlahy.exe bones/rameno.stl
```

A.2 Myš

- Levé tlačítko myši - rotace scény.
- Pravé tlačítko myši - zoom scény.
- Levé+pravé, nebo pouze prostřední tlačítko myši - posun scény
- ALT + pravé tlačítko myši - založení řídicí křivky - jejího prvního bodu.
- ALT + levé tlačítko myši - další body řídicí křivky.
- SHIFT + levé tlačítko myši - posun objektů
 - při výběru řídicího bodu křivky jím lze pohybovat po povrchu modelu
 - při výběru virtuální dláhy poblíž jejího začátku jí lze pohybovat po řídicí křivce
- jedno kliknutí - výběr objektu (řídicího bodu křivky, virtuální dláhy, fixačního šroubu, modelu kosti)

A.3 Klávesnice

- mezerník - reset pozice scény.
- w - přepínání zobrazení (pevné, drátové, body)

A.3.1 Vytvoření virtuální dláhy

Pokud je vybrán některý řídicí bod křivky, je možné na tuto křivku umístit virtuální dlahu:

- 1 - vloží na křivku virtuální dlahu Medin_129771040 o délce 74mm (použitelné šrouby: 3, 5)
- 2 - vloží na křivku virtuální dlahu Medin_129772690 o délce 117mm (použitelné šrouby: 3, 5)
- 3 - vloží na křivku virtuální dlahu Medin_129772770 o délce 101mm (použitelné šrouby: 1, 2, 4)
- 4 - vloží na křivku virtuální dlahu Medin_129774160 o délce 137mm (použitelné šrouby: 1, 2, 4)

A.3.2 Přidávání fixačních šroubů

Pokud je vytvořena virtuální dlaha, je možné kliknutím myší vybírat jednotlivé otvory pro fixační šrouby. Stiskem kláves 1 až 5 přidávají jednotlivé modely fixačních šroubů.

- 1 - vloží do virtuální dláhy model kortikálního šroubu Medin délky 12 mm a průměru 3.5 mm (možno použít s dlahou: 3, 4)
- 2 - vloží do virtuální dláhy model kortikálního šroubu Medin délky 22 mm a průměru 3.5 mm (možno použít s dlahou: 3, 4)
- 3 - vloží do virtuální dláhy model kortikálního šroubu Medin délky 24 mm a průměru 4.5 mm (možno použít s dlahou: 1, 2)
- 4 - vloží do virtuální dláhy model spongiózního šroubu Medin délky 44 mm a průměru 4.0 mm (možno použít s dlahou: 3, 4)
- 5 - vloží do virtuální dláhy model spongiózního šroubu Medin délky 35 mm a průměru 6.5 mm (možno použít s dlahou: 1, 2)

A.3.3 Práce s fixačními šrouby

- SHIFT + levé tlačítko myši - šroubování
- SHIFT + pravé tlačítko myši - vychýlení šroubu od kolmého směru
- SHIFT + prostřední tlačítko myši - posun šroubu v podlouhlých otvorech
- Delete - smazání šroubu

Dodatek B

Přehled přidaných modelů

Prezentovaný program je doplněn o 4 modely kostí, 4 modely ortopedických dlah a 5 modelů fixačních šroubů.

3D modely kostí:

- rameno.stl - model ramenního kloubu (spuštění: dlahy.exe bones/rameno.stl)
- kotnik.stl - model kotníku (spuštění: dlahy.exe bones/kotnik.stl)
- ruka.stl - model předloktí a dlaně ruky (spuštění: dlahy.exe bones/ruka.stl)
- panev.stl - model pánevní kosti (spuštění: dlahy.exe bones/panevev.stl)

Modely ortopedických dlah z katalogu Medin:

- medin_129771040_74mm.obj
- medin_129772690_117mm.obj
- medin_129772770_101mm.obj
- medin_129774160_137mm.obj

Modely fixačních šroubů z katalogu Medin:

- medin_HA35_12mm.obj - kortikální šroub délky 12 mm a průměru 3.5 mm
- medin_HA35_24mm.obj - kortikální šroub délky 22 mm a průměru 3.5 mm
- medin_HA45_24mm.obj - kortikální šroub délky 24 mm a průměru 4.5 mm
- medin_HB4_44mm.obj - spongiózní šroub délky 44 mm a průměru 4.0 mm
- medin_HB65_35mm.obj - spongiózní šroub délky 35 mm a průměru 6.5 mm