VYSOKÉ UČENÍ TECHNICKÉ V BRNĚ

Centrum sportovních aktivit

BAKALÁŘSKÁ PRÁCE

Brno, 2025 Petr Šimčák



VYSOKÉ UČENÍ TECHNICKÉ V BRNĚ

BRNO UNIVERSITY OF TECHNOLOGY

CENTRUM SPORTOVNÍCH AKTIVIT

CENTRE OF SPORTS ACTIVITIES

ODHAD TEPOVÉ FREKVENCE ZE SIGNÁLŮ PPG

HEART RATE ESTIMATION FROM THE PPG SIGNALS

BAKALÁŘSKÁ PRÁCE

BACHELOR'S THESIS

AUTOR PRÁCE

AUTHOR

Petr Šimčák

VEDOUCÍ PRÁCE

SUPERVISOR

doc. Ing. Jiří Kozumplík, CSc.

BRNO 2025

ZADÁNÍ
Namísto této stránky vložte stránku **zadání FEKT** vygenerovanou v IS VUT.

ABSTRAKT

Tato bakalářská práce se zaměřuje na odhad tepové frekvence ze signálů fotopletysmografie (PPG). Práce využívá dvě databáze: CapnoBase a BUT PPG. Cílem je nejen přehledně popsat metody odhadu tepové frekvence ze signálů PPG, ale také navrhnout, implementovat a otestovat algoritmy pro spolehlivou detekci systolických vrcholů a stanovení tepové frekvence. Diskutovány jsou také výhody a omezení jednotlivých metod.

KLÍČOVÁ SLOVA

fotopletysmografie, tepová frekvence, PPG, odhad tepové frekvence, systolické vrcholy, algoritmy, CapnoBase, BUT PPG

ABSTRACT

This bachelor thesis focuses on heart rate estimation from photoplethysmographic (PPG) signals. The work utilizes two databases: CapnoBase and BUT PPG. The aim is not only to provide an overview of heart rate estimation methods from PPG signals but also to design, implement, and test algorithms for reliable detection of systolic peaks and heart rate determination. The advantages and limitations of each method are also discussed.

KEYWORDS

photoplethysmography, heart rate, PPG, heart rate estimation, systolic peaks, algorithms, CapnoBase, BUT PPG

Vysázeno pomocí balíčku thesis verze 4.11; https://latex.fekt.vut.cz/

ŠIMČÁK, Petr. Odhad tepové frekvence ze signálů PPG. Bakalářská práce. Brno: Vysoké učení technické v Brně, Centrum sportovních aktivit, Ústav telekomunikací, 2025. Vedoucí práce: doc. Ing. Jiří Kozumplík, CSc.

Prohlášení autora o původnosti díla

Petr Šimčák

Jméno a příjmení autora:

VUT ID autora: 226320						
Typ práce:	Bakalářská práce					
Akademický rok:	2024/25					
Téma závěrečné práce:	Odhad tepové frekvence ze signálů PPG					
cí/ho závěrečné práce a s použitím o které jsou všechny citovány v práci a u Jako autor uvedené závěrečné práce d závěrečné práce jsem neporušil autor nedovoleným způsobem do cizích aut a jsem si plně vědom následků porušekona č. 121/2000 Sb., o právu autorska o změně některých zákonů (autorska)	sem vypracoval samostatně pod vedením vedoudborné literatury a dalších informačních zdrojů, vedeny v seznamu literatury na konci práce. ále prohlašuji, že v souvislosti s vytvořením této ská práva třetích osob, zejména jsem nezasáhl orských práv osobnostních a/nebo majetkových ní ustanovení § 11 a následujících autorského zákém, o právech souvisejících s právem autorským ký zákon), ve znění pozdějších předpisů, včetně lývajících z ustanovení části druhé, hlavy VI. díl 4					
	podpis autora*					

^{*}Autor podepisuje pouze v tištěné verzi.

PODĚKOVÁNÍ
Děkuji vedoucímu bakalářské práce doc. Ing. Jiřímu Kozumplíkovi, CSc. za trpělivost, hodnotné rady, laskavý přístup, konzultace, podklady k práci a odborné vedení.

Obsah

U	vod	21
1	Srdeční tep 1.1 Srdeční tepová frekvence	23
_	2.1 Složení PPG signálu	25
3	Databáze 3.1 CapnoBase	
4	Referenční algoritmy	29
5	Vlastní algoritmy	31
6	Výsledky studentské práce6.1Programové řešení6.2Výsledky měření6.2.1Etiam quis quam	33 33 33 33
Zá	ávěr	37
Li	teratura	39
\mathbf{Se}	eznam symbolů a zkratek	43
\mathbf{Se}	eznam příloh	45
A	Některé příkazy balíčku thesisA.1 Příkazy pro sazbu veličin a jednotek	47 47 47
В	Druhá příloha	49
\mathbf{C}	Příklad sazby zdrojových kódů C.1 Balíček listings	51 51
D	Obsah elektronické přílohy	55

Seznam obrázků

2.1	Snímání PPG signálu	25
2.2	Fiziologický popis PPG signálu	26
3.1	Získání PPG signálu pro databázi BUT PPG	28
B.1	Origo Template	49

Seznam tabulek

A.1	Přehled p	říkazů																								•					4	Ŀ 7
-----	-----------	--------	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	--	---	--	--	--	--	---	-----

Seznam výpisů

C.1	Ukázka sazby zkratek	51
C.2	Příklad Schur-Cohnova testu stability v prostředí Matlab	52
C.3	Příklad implementace první kanonické formy v jazyce C	53

Úvod

Tepová frekvence je jedním z klíčových zdravotních parametrů, který poskytuje důležité informace o stavu kardiovaskulárního systému subjektu. Měření a monitorování srdeční tepové frekvence se stalo nepostradatelným nástrojem nejen v medicíně, ale také ve sportovní vědě a kondičním tréninku. Tradiční metody měření tepové frekvence, jako je EKG (Elektrokardiogram), jsou přesné, ale jejich nevýhodami jsou vyšší cena a uživatelská nepřívětivost v používání EKG systémů. V posledních letech získává na popularitě PPG (Fotopletysmografie). To neinvazivní a relativně levná metoda, která umožňuje monitorovat tepovou frekvenci pomocí optických senzorů.

Fotopletysmografie funguje na principu detekce změn objemu krve v tkáni pomocí světla, které je absorbováno nebo reflektováno. Výhodou PPG je možnost integrace do nositelných zařízení, jako jsou chytré hodinky nebo fitness náramky, což umožňuje nepřetržité monitorování tepové frekvence v reálném čase bez zásahu do běžného života měřeného.

Cílem této bakalářské práce je analyzovat metody odhadu tepové frekvence z PPG signálů a navrhnout vlastní algoritmus, který umožní spolehlivé stanovení tepové frekvence. K otestování algoritmů budou využity databáze PPG signálů: CapnoBase a BUT PPG (Brno University of Technology Smartphone PPG Database).

1 Srdeční tep

Srdeční tep, nazývaný též pulz, představuje jeden z nejzákladnějších zevních projevů srdeční činnosti. Jedná se o tlakovou vlnu, která vzniká při systole (stahu) srdce a šíří se krevním řečištěm do celého těla. Tuto tlakovou vlnu lze vnímat (tzv. palpačně) na povrchu těla, konkrétně v místech, kde vedou tepny v relativně mělkých oblastech (např. na zápěstí - a. radialis, na krku - a. carotis, apod.) [2, 10].

Význam srdečního tepu a jeho frekvence (počtu úderů za minutu) je zásadní v klinické praxi i ve výzkumu. Vzhledem k tomu, že tepová vlna vychází přímo z cyklické práce srdce, poskytuje nám relativně přesnou a snadno dostupnou informaci o srdeční aktivitě. Srdeční tep i jeho variabilita se dnes běžně využívají k orientačnímu posouzení kardiovaskulárního zdraví a k monitorování reakce kardiovaskulárního systému na různé podněty a zátěž [12].

1.1 Srdeční tepová frekvence

Tepová frekvence (TF) je běžně užívanou veličinou pro základní posouzení srdeční činnosti. Je definována jako počet srdečních cyklů (systol a diastol) za jednu minutu. U zdravého dospělého jedince v klidovém stavu se nejčastěji pohybuje v rozmezí od 60 do 90 úderů za minutu. Maximální rozsah TF lze vypočítat, když se vezme v potaz pohlaví, věk a váha [2]. Obecně se ale považují za hraniční hodnoty 30 až 200 úderů za minutu [8]. Pro klidový stav jsou hodnoty pod 60 úderů za minutu jsou označovány jako bradykardie, nad 90 úderů za minutu pak hovoříme o tachykardii [2, 11].

Důležitým aspektem ovlivňující TF je i pravidelnost srdečního rytmu. Pravidelné intervaly mezi jednotlivými údery signalizují rovnoměrné srdeční stahy. Nepravidelnosti se označují jako arytmie, které mohou poukazovat na různá onemocnění, např. fibrilace síní či extrasystoly [2].

1.2 Faktory ovlivňující tepovou frekvenci

TF může kolísat v závislosti na mnoha faktorech, které lze rozdělit na vnitřní (endogenní) a vnější (exogenní). K vnitřním faktorům patří například momentální zdravotní stav, tělesná kondice, hormonální vlivy nebo genetické predispozice. Mezi vnější faktory lze řadit fyzickou aktivitu, působení stresu, emoční zátěž či užití stimulantů (např. kofein, nikotin) [12].

Významným determinantem srdečního tepu je obecně fyzická aktivita - během cvičení či zvýšené tělesné námahy musí organismus zajistit vyšší přísun kyslíku a živin do pracovních svalů, čehož dosahuje zrychlenou srdeční aktivitou. Podobně i

stresové situace či emoční reakce vedou ke stimulaci sympatického nervového systému, jenž zvyšuje srdeční tep. Naopak parasympatický nervový systém v klidových stavech srdeční činnost brzdí [12].

1.3 Měření srdečního tepu

Existuje řada způsobů, jak srdeční tep měřit a kvantifikovat. Základní dělení vychází z rozlišení mezi manuálními a instrumentálními metodami:

1. Manuální měření

Tradičním, jednoduchým a dostupným postupem je palpační vyšetření tepu. Při něm se prsty (typicky ukazovák a prostředník) přiloží na vhodnou tepnu, často vřetenní tepnu na zápěstí (a. radialis), a po stanovenou dobu se počítají údery. Manuální metoda je i přes svoji jednoduchost relativně spolehlivá, avšak může být náchylná k chybě při nepravidelném rytmu nebo nepozornosti vyšetřujícího [11].

2. Elektronické a digitální měřiče

Moderní přístroje, jako jsou fitness náramky, chytré hodinky či specializované pulzmetry, umožňují pohodlné, dlouhodobé a relativně přesné měření srdečního tepu. Využívají zpravidla principu fotopletysmografie (PPG), kdy senzor vyhodnocuje změny průtoku krve podle odrazivosti světla ve tkáni. Přesnost a citlivost takových zařízení se v posledních letech výrazně zlepšila. Ve sportovním tréninku se uplatňují také hrudní pásy, které snímají EKG a monitorují tep spolehlivě i při vyšších zátěžích.

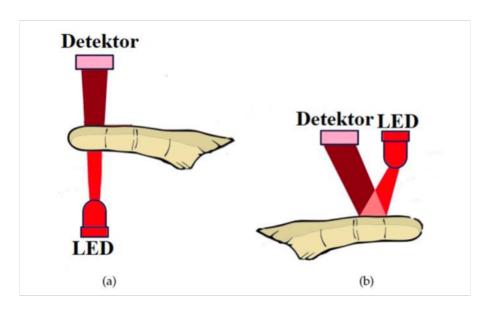
Výsledkem měření je výše popsaná tepová frekvence, vyjádřená v početech úderů za minutu. Moderní přístroje nabízejí trvalé monitorování s automatickým záznamem tepové frekvence, což usnadňuje dlouhodobé sledování a vyhodnocování dat.

2 Fotopletysmografie

Fotopletysmografie (PPG) je neinvazivní optická metoda sloužící k monitorování změn objemu krve v mikrovaskulárním řečišti tkáně, obvykle na prstu, zápěstí či ušním lalůčku [13]. Zejména díky snadné integraci do nositelných zařízení (např. chytrých hodinek) a relativně nízkým nákladům na realizaci se PPG stává klíčovým nástrojem pro dlouhodobé sledování kardiovaskulárních parametrů, jako je tepová frekvence (HR), saturace krve kyslíkem (SpO₂) či hodnocení variability tepových intervalů [7].

Na obrázku 2.1 jsou schematicky znázorněny dvě základní měřicí konfigurace. Transmisní režim (a) - zdroj světla a fotodetektor jsou na opačných stranách tkáně (typicky prst či ušní lalůček). Reflexní režim (b) - zdroj i detektor leží na téže straně tkáně (např. zápěstí).

Metoda PPG je založena na měření intenzity světla, která se po interakci s tkání dostane k detektoru. Množství absorbovaného/odraženého světla závisí na aktuálním průtoku krve, který je modulován srdečními cykly [13].



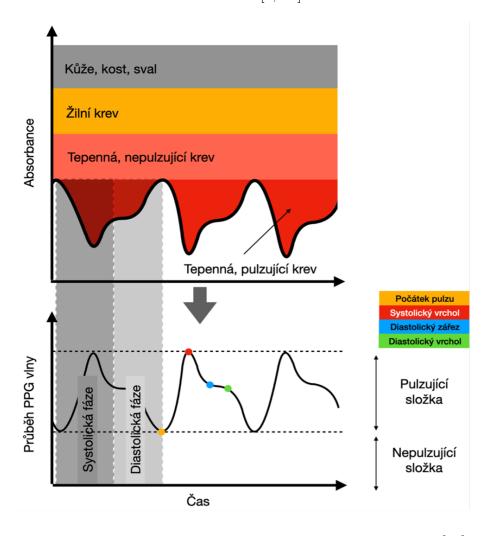
Obr. 2.1: Transmisní režim (a) a reflexní režim (b), upraveno z [2].

2.1 Složení PPG signálu

Jak ukazuje obrázek 2.2, naměřený PPG signál zahrnuje pulzní (AC) složku synchronizovanou se srdeční aktivitou a stabilní, nepulzní (DC) složku. AC složka odráží periodické změny objemu arteriální krve v rozsahu typického frekvenčního pásma srdeční činnosti (zhruba 0,5-3 Hz) a je klíčová pro přesnou detekci TF. DC složka

představuje základní linii danou absorpcí tkáně a žilní krve a ovlivňuje ji například barva kůže, okolní osvětlení a anatomické poměry měřené oblasti [2, 13]. Je důležité si uvědomit, že PPG signál je inverzní k měřenému optickému signálu, protože reprezentuje objem krve v tkáni, nikoli množství světla odraženého zpět, což je patrné i z obrázku 2.2.

Za počátek pulzu v PPG signálu je obvykle označen nejnižší bod předcházející systolické fázi, který odpovídá bodu minimálního objemu krve v měřené oblasti. Pro účel vypočítání TF se využívá systolického vrcholu, což je bod s maximálním objemem krve. Z více systolických vrcholů lze odvodit interval mezi srdečními údery a z toho stanovit TF. Po systolickém vrcholu přichází diastola, což je fáze srdečního cyklu, během které dochází k relaxaci srdečního svalu a plnění srdce krví. V průběhu diastoly bývá často patrný typický dikrotický zářez, který odráží elastické vlastnosti cévní stěny a uzávěr aortální chlopně. Jeho přítomnost a tvar mohou poskytovat užitečné informace o stavu krevního řečiště [7, 13].



Obr. 2.2: Princip získání PPG křivky a její popis, upraveno z [13].

3 Databáze

V této práci jsme využívali dvě databáze fotopletysmografických signálů: CapnoBase a BUT PPG.

Na těchto databázích jsme testovali a porovnávali výsledky použitých algoritmů. U databáze CapnoBase jsme porovnávali naměřené systolické vrcholy s referenčními hodnotami a díky tomu jsme porovnávali i rozdíl v srdeční tepové frekvenci. U databáze BUT PPG nebyly referenční hodnoty systolických vrcholů k dispozici, ale byly zde referenční hodnoty tepové frekvence signálů.

3.1 CapnoBase

CapnoBase je databáze, která obsahuje signály získané během čtyřiceti dvou různých, klinických, situací. V databázi jsou 8 minut dlouhé, elektrokardiografické, respirační a pro naši práci nejdůležitější, fotopletysmofrafické (PPG) signály. Signály jsou vzorkovány při frekvenci 300 Hz a obsahují ručně označené referenční systolické vrcholy, což jsme využili pro vypočítání matice záměn [6]. Tyto vrcholy jsou označené podle záznamů elektrokardiogramů (EKG) [4].

3.2 BUT PPG

Brno University of Technology Smartphone PPG Database (BUT PPG) je databáze vytvořená na Fakultě elektrotechniky a komunikačních technologií Vysokého učení technického v Brně. Tato databáze byla vytvořena za účelem hodnocení kvality PPG signálů a odhadu srdeční frekvence (TF). Data obsahují 48 desetisekundových záznamů PPG a souvisejících elektrokardiografických (EKG) signálů, které byly použity pro určení referenční TF. Data byla shromážděna od 12 subjektů (6 žen a 6 mužů) ve věku od 21 do 61 let. Záznamy byly provedeny mezi srpnem 2020 a říjnem 2020 pomocí smartphonu Xiaomi Mi9 se vzorkovací frekvencí 30 Hz [5].

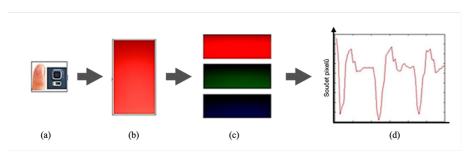
Určení kvality PPG signálů bylo stanoveno pěti experty. Tito experti určili TF pouze ze signálu PPG a výsledek porovnali s referenční TF vypočítané z EKG signálů. Během hodnocení měli přístup k softwaru, který využíval techniky stacionární vlnkové transformace. Využití tohoto programu bylo dobrovolné [1].

Jak bylo řečeno, data z BUT PPG byla nasnímána telefonem. V této podkapitole tedy popíšeme postup, jak extrahovat PPG signál z videa. Pro měření potřebujeme pouze kameru v mobilním telefonu a zapnutý blesk.

Při sběru dat pro Brněnskou databázi přiložil subjekt ukazováček na fotoaparát tak, aby překrýval objektiv a LED svítilnu. Při snímání vyzařuje LED světlo.

Rozlišení videa bylo nastaveno na 720 x 1280 px a snímkovací frekvence na 30 Hz [2].

Z videa byl extrahován průměr červené složky, který sloužil jako surový PPG signál. Jelikož fotoaparát pracuje se světlem odraženým, surový signál byl invertován. Postup je zobrazen na obrázku 3.1.



Obr. 3.1: Záznam videa na kameru mobilního telefonu (a), jeden vybraný snímek ze záznamu (b), snímek rozložen na tři barevné složky (c), PPG signál vykreslený z červené složky (d), upraveno z [3].

4 Referenční algoritmy

5 Vlastní algoritmy

6 Výsledky studentské práce

Praktická část a výsledky studentské práce vhodně rozdělené do částí.

6.1 Programové řešení

Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Nulla pulvinar eleifend sem. Integer in sapien. Etiam sapien elit, consequat eget, tristique non, venenatis quis, ante. In laoreet, magna id viverra tincidunt, sem odio bibendum justo, vel imperdiet sapien wisi sed libero. Phasellus enim erat, vestibulum vel, aliquam a, posuere eu, velit. Aliquam erat volutpat. Nullam faucibus mi quis velit.

6.2 Výsledky měření

Fusce tellus odio, dapibus id fermentum quis, suscipit id erat. Fusce tellus. Morbi scelerisque luctus velit. In laoreet, magna id viverra tincidunt, sem odio bibendum justo, vel imperdiet sapien wisi sed libero. Quisque porta. Fusce suscipit libero eget elit. Nulla non lectus sed nisl molestie malesuada. Phasellus faucibus molestie nisl. Integer vulputate sem a nibh rutrum consequat. Proin mattis lacinia justo. Phasellus et lorem id felis nonummy placerat. Etiam ligula pede, sagittis quis, interdum ultricies, scelerisque eu. Cras elementum. Aenean placerat. Donec ipsum massa, ullamcorper in, auctor et, scelerisque sed, est. Aliquam ante. Integer imperdiet lectus quis justo. Vivamus ac leo pretium faucibus. Nullam faucibus mi quis velit.

6.2.1 Etiam quis quam

Neque porro quisquam est, qui dolorem ipsum quia dolor sit amet, consectetur, adipisci velit, sed quia non numquam eius modi tempora incidunt ut labore et dolore magnam aliquam quaerat voluptatem. Aliquam erat volutpat. Lorem ipsum dolor sit amet, consectetuer adipiscing elit. Nunc auctor. Neque porro quisquam est, qui dolorem ipsum quia dolor sit amet, consectetur, adipisci velit, sed quia non numquam eius modi tempora incidunt ut labore et dolore magnam aliquam quaerat voluptatem. Maecenas lorem. Maecenas libero. In laoreet, magna id viverra tincidunt, sem odio bibendum justo, vel imperdiet sapien wisi sed libero. Nullam rhoncus aliquam metus.

Integer rutrum orci vestibulum

Integer rutrum, orci vestibulum ullamcorper ultricies, lacus quam ultricies odio, vitae placerat pede sem sit amet enim. Ut enim ad minim veniam, quis nostrud

exercitation ullamco laboris nisi ut aliquip ex ea commodo consequat. Fusce tellus odio, dapibus id fermentum quis, suscipit id erat. Nullam eget nisl. Nunc auctor. Etiam dui sem, fermentum vitae, sagittis id, malesuada in, quam. Fusce dui leo, imperdiet in, aliquam sit amet, feugiat eu, orci. Curabitur vitae diam non enim vestibulum interdum. Aliquam erat volutpat. Pellentesque sapien. Phasellus enim erat, vestibulum vel, aliquam a, posuere eu, velit.

Eger rutrum orci westibulum

Fusce dui leo, imperdiet in, aliquam sit amet, feugiat eu, orci. Maecenas aliquet accumsan leo. Aliquam ornare wisi eu metus. Cum sociis natoque penatibus et magnis dis parturient montes, nascetur ridiculus mus. Aliquam erat volutpat. Donec iaculis gravida nulla. Sed elit dui, pellentesque a, faucibus vel, interdum nec, diam. Temporibus autem quibusdam et aut officiis debitis aut rerum necessitatibus saepe eveniet ut et voluptates repudiandae sint et molestiae non recusandae. Nulla non arcu lacinia neque faucibus fringilla. Phasellus enim erat, vestibulum vel, aliquam a, posuere eu, velit. Praesent vitae arcu tempor neque lacinia pretium.

Aliquam erat volutpat. Quisque porta. Integer imperdiet lectus quis justo. Nullam justo enim, consectetuer nec, ullamcorper ac, vestibulum in, elit. Nullam faucibus mi quis velit. Fusce tellus. Fusce consectetuer risus a nunc. Cras pede libero, dapibus nec, pretium sit amet, tempor quis. Morbi imperdiet, mauris ac auctor dictum, nisl ligula egestas nulla, et sollicitudin sem purus in lacus.

Mauris elementum mauris vitae tortor. Neque porro quisquam est, qui dolorem ipsum quia dolor sit amet, consectetur, adipisci velit, sed quia non numquam eius modi tempora incidunt ut labore et dolore magnam aliquam quaerat voluptatem. Quisque porta. Integer vulputate sem a nibh rutrum consequat. Nulla pulvinar eleifend sem. Praesent id justo in neque elementum ultrices.

Fusce suscipit libero eget elit. Integer vulputate sem a nibh rutrum consequat. Aliquam erat volutpat. Etiam neque. Nulla turpis magna, cursus sit amet, suscipit a, interdum id, felis. Nullam rhoncus aliquam metus. Etiam dui sem, fermentum vitae, sagittis id, malesuada in, quam. Nunc auctor. Nunc dapibus tortor vel mi dapibus sollicitudin. Praesent in mauris eu tortor porttitor accumsan. Nulla non arcu lacinia neque faucibus fringilla. Nullam lectus justo, vulputate eget mollis sed, tempor sed magna. Maecenas lorem. Aenean placerat. Donec vitae arcu. Maecenas lorem. Donec iaculis gravida nulla. Nulla non lectus sed nisl molestie malesuada.

Duis pulvinar. Nulla est. Duis condimentum augue id magna semper rutrum. Integer pellentesque quam vel velit. Aliquam ante. Nulla quis diam. Proin mattis lacinia justo. Aenean fermentum risus id tortor. Nunc auctor. Nullam justo enim, consectetuer nec, ullamcorper ac, vestibulum in, elit. In dapibus augue non sapien.

Etiam bibendum elit eget erat. In sem justo, commodo ut, suscipit at, pharetra vitae, orci. Maecenas libero.

Nulla non lectus sed nisl molestie malesuada. Donec vitae arcu. Aenean fermentum risus id tortor. Praesent in mauris eu tortor porttitor accumsan. Nulla pulvinar eleifend sem. Duis viverra diam non justo. Integer imperdiet lectus quis justo. Pellentesque habitant morbi tristique senectus et netus et malesuada fames ac turpis egestas. In rutrum. Excepteur sint occaecat cupidatat non proident, sunt in culpa qui officia deserunt mollit anim id est laborum. Nulla non lectus sed nisl molestie malesuada. Aliquam erat volutpat. Mauris tincidunt sem sed arcu. Duis bibendum, lectus ut viverra rhoncus, dolor nunc faucibus libero, eget facilisis enim ipsum id lacus. Fusce tellus odio, dapibus id fermentum quis, suscipit id erat. In enim a arcu imperdiet malesuada. Nulla non lectus sed nisl molestie malesuada. Proin mattis lacinia justo.

Aliquam in lorem sit amet leo accumsan lacinia. Cum sociis natoque penatibus et magnis dis parturient montes, nascetur ridiculus mus. Duis sapien nunc, commodo et, interdum suscipit, sollicitudin et, dolor. Suspendisse sagittis ultrices augue. Nullam lectus justo, vulputate eget mollis sed, tempor sed magna. In convallis. Praesent id justo in neque elementum ultrices. Neque porro quisquam est, qui dolorem ipsum quia dolor sit amet, consectetur, adipisci velit, sed quia non numquam eius modi tempora incidunt ut labore et dolore magnam aliquam quaerat voluptatem.

Pellentesque pretium lectus id turpis. Nemo enim ipsam voluptatem quia voluptas sit aspernatur aut odit aut fugit, sed quia consequuntur magni dolores eos qui ratione voluptatem sequi nesciunt. Curabitur ligula sapien, pulvinar a vestibulum quis, facilisis vel sapien. Praesent dapibus. Sed elit dui, pellentesque a, faucibus vel, interdum nec, diam. Duis viverra diam non justo. Duis ante orci, molestie vitae vehicula venenatis, tincidunt ac pede. Phasellus rhoncus. Maecenas fermentum, sem in pharetra pellentesque, velit turpis volutpat ante, in pharetra metus odio a lectus. Proin pede metus, vulputate nec, fermentum fringilla, vehicula vitae, justo. Fusce aliquam vestibulum ipsum. Nullam at arcu a est sollicitudin euismod.

Závěr

Tato bakalářská práce se zaměřila na odhad tepové frekvence (TF) z fotopletysmografických (PPG) signálů. Cílem bylo jednak poskytnout stručný přehled existujících metod pro odhad TF z PPG signálů, jednak navrhnout a popsat algoritmy pro spolehlivé stanovení tepové frekvence.

V teoretické části byla popsána fotopletysmografie jako neinvazivní optická metoda monitorování změn objemu krve v tkáních, která se používá zejména pro sledování kardiovaskulárních parametrů. Byly představeny základní principy PPG signálů a faktory, které mohou ovlivnit jejich kvalitu a přesnost měření.

Praktická část práce se soustředila na implementaci a testování několika algoritmů pro detekci systolických vrcholů v PPG signálech, včetně Aboyova algoritmu, jeho vylepšené verze Aboy++, Elgendiho algoritmu, Rezonátoru s nulovou frekvencí (ZFR) a nově navrženého Upraveného Aboyova algoritmu. Algoritmy byly testovány na dvou databázích: CapnoBase a BUT PPG.

Výsledky ukázaly, že Rezonátor s nulovou frekvencí (ZFR) dosahuje nejlepších výsledků na databázi CapnoBase, přičemž vykazuje vysokou citlivost a pozitivní prediktivní hodnotu. Elgendiho algoritmus se prokázal jako nejspolehlivější na databázi BUT PPG, přičemž dosahoval nejnižší průměrné odchylky mezi detekovanou a referenční TF.

Jedním z klíčových cílů této práce byl vývoj a implementace upraveného Aboyova algoritmu. Tento algoritmus dosahuje lepších odhadů TF na databázi CapnoBase ve srovnání s původní verzí, a to zejména díky zjednodušení a odstranění některých kroků, které způsobovaly přehlížení skutečných systolických vrcholů. Na databázi BUT PPG však vykazoval vyšší odchylky TF, což naznačuje potřebu další optimalizace pro spolehlivější detekci.

Dalším krokem pro zlepšení přesnosti odhadu TF by mohlo být využití pokročilejších technik strojového učení a hlubokých neuronových sítí, které mohou nabídnout lepší adaptaci na různé typy signálů a zlepšit robustnost algoritmů vůči šumu a artefaktům.

Literatura

- [1] NEMCOVA, Andrea, Enikö VARGOVA, Radovan SMISEK, Lucie MARSA-NOVA, Lukas SMITAL, Martin VITEK a Mihajlo JAKOVLJEVIC. Brno University of Technology Smartphone PPG Database (BUT PPG): Annotated Dataset for PPG Quality Assessment and Heart Rate Estimation. *BioMed Research International* [online]. 2021-09-06, 2021, 1-6 [cit. 2024-05-23]. ISSN 2314-6141. Dostupné z: https://doi.org/10.1155/2021/3453007
- [2] VARGOVÁ, Enikö. Stanovení kvality a odhad tepové frekvence ze signálu PPG [online]. Brno, 2021 [cit. 2022-11-15]. Dostupné z: https://www.vutbr.cz/studenti/zav-prace/detail/134388. Bakalářská práce. Vysoké učení technické v Brně, Fakulta elektrotechniky a komunikačních technologií, Ústav biomedicínského inženýrství. Vedoucí práce Andrea Němcová.
- [3] SIDDIQUI, Sarah Ali, Yuan ZHANG, Zhiquan FENG a Anton KOS. A Pulse Rate Estimation Algorithm Using PPG and Smartphone Camera. *Journal of Medical Systems* [online]. 2016, 40(5) [cit. 2024-05-20]. ISSN 0148-5598. Dostupné z: https://doi.org/10.1007/s10916-016-0485-6
- [4] CHARLTON, Peter H, Kevin KOTZEN, Elisa MEJÍA-MEJÍA, et al. Detecting beats in the photoplethysmogram: benchmarking open-source algorithms. *Physiological Measurement* [online]. 2022-08-19, 43(8) [cit. 2024-05-20]. ISSN 0967-3334. Dostupné z: https://doi.org/10.1088/1361-6579/ac826d
- [5] CHARLTON, Peter H, John ALLEN, Raquel BAILÓN, et al. The 2023 wearable photoplethysmography roadmap. *Physiological Measurement* [online]. 2023-11-29, 44(11) [cit. 2024-05-20]. ISSN 0967-3334. Dostupné z: https://doi.org/10.1088/1361-6579/acead2
- [6] KARLEN, Walter, S. RAMAN, J. M. ANSERMINO a G. A. DUMONT. Multiparameter Respiratory Rate Estimation From the Photoplethysmogram. *IEEE Transactions on Biomedical Engineering* [online]. 2013, 60(7), 1946-1953 [cit. 2024-04-16]. ISSN 0018-9294. Dostupné z: https://doi.org/10.1109/TBME. 2013.2246160
- [7] ORPHANIDOU, Christina. Signal Quality Assessment in Physiological Monitoring [online]. Cham: Springer International Publishing, 2018 [cit. 2024-05-20]. SpringerBriefs in Bioengineering. ISBN 978-3-319-68414-7. Dostupné z: https://doi.org/10.1007/978-3-319-68415-4

- [8] GODA, Márton Á, Peter H CHARLTON a Joachim A BEHAR. pyPPG: A Python toolbox for comprehensive photoplethysmography signal analysis. *Physiological Measurement* [online]. 2024-04-08, 45(4) [cit. 2024-05-20]. ISSN 0967-3334. Dostupné z: https://doi.org/10.1088/1361-6579/ad33a2
- [9] PŘIBIL, Jiří, Anna PŘIBILOVÁ a Ivan FROLLO. Analysis of Heart Pulse Transmission Parameters Determined from Multi-Channel PPG Signals Acquired by a Wearable Optical Sensor. Measurement Science Review [online]. 2023, 23, 217-226 [cit. 2025-2-20]. Dostupné z: https://api.semanticscholar.org/ CorpusID:264289667
- [10] MOUREK, Jindřich. Fyziologie: učebnice pro studenty zdravotnických oborů. 2. dopl. vydání Praha: Grada. Sestra (Grada), 2012. ISBN 978-80-247-3918-2
- [11] SOUČEK, Miroslav, Petr SVAČINA a kolektiv. *Vnitřní lékařství v kostce*. Praha: Grada Publishing, 2019. ISBN 978-80-271-2289-9.
- [12] GONZAGA, Luana Almeida, Luiz Carlos Marques VANDERLEI, Rayana Loch GOMES a Vitor Engrácia VALENTI. Caffeine affects autonomic control of heart rate and blood pressure recovery after aerobic exercise in young adults: a crossover study. *Scientific Reports* [online]. 2017, 7(1) [cit. 2024-05-15]. ISSN 2045-2322. Dostupné z: https://doi.org/10.1038/s41598-017-14540-4
- [13] PARK, Junyung, Hyeon Seok SEOK, Sang-Su KIM a Hangsik SHIN. Photoplethysmogram Analysis and Applications: An Integrative Review. Frontiers in Physiology [online]. 2022-03-01, 12 [cit. 2022-12-18]. ISSN 1664-042X. Dostupné z: https://doi.org/10.3389/fphys.2021.808451
- [14] POVEA, Camilo E. a Arturo CABRERA. Practical usefulness of heart rate monitoring in physical exercise. *Revista Colombiana de Cardiología* [online]. 2018, 25(3), e9-e13 [cit. 2024-05-15]. ISSN 01205633. Dostupné z: https://doi.org/10.1016/j.rccar.2018.05.004
- [15] ÚŘAD PRO TECHNICKOU NORMALIZACI, METROLOGII A STÁTNÍ ZKUŠEBNICTVÍ. ČSN ISO 690:2022 (01 0197), Informace a dokumentace Pravidla pro bibliografické odkazy a citace informačních zdrojů. Čtvrté vydání. Praha, 2022.
- [16] ÚŘAD PRO TECHNICKOU NORMALIZACI, METROLOGII A STÁTNÍ ZKUŠEBNICTVÍ. ČSN ISO 7144 (010161), Dokumentace – Formální úprava disertací a podobných dokumentů. Praha, 1997.

- [17] ÚŘAD PRO TECHNICKOU NORMALIZACI, METROLOGII A STÁTNÍ ZKUŠEBNICTVÍ. ČSN ISO 31-11, Veličiny a jednotky část 11: Matematické znaky a značky používané ve fyzikálních vědách a v technice. Praha, 1999.
- [18] FARKAŠOVÁ, B.; GARAMSZEGI T.; JANSOVÁ L.; KONEČNÝ L.; KR-ČÁL M. et al. *Výklad normy ČSN ISO 690:2022 (01 0197) účinné od 1.12.2022.* Online. První vydání. 2023. Dostupné z: https://www.citace.com/Vyklad-CSN-ISO-690-2022.pdf. [cit. 2023-09-27].

Seznam symbolů a zkratek

Šířka levého sloupce Seznamu symbolů a zkratek překročena je určena

šířkou parametru prostředí acronym (viz řádek 1 výpisu zdrojáku

na str. 51)

KolikMista pouze ukázka vyhrazeného místa

DSP číslicové zpracování signálů – Digital Signal Processing

 $f_{\rm vz}$ vzorkovací kmitočet

VUT Vysoké učení technické v Brně

CESA Centrum sportovních aktivit

FEKT Fakulta elektrotechniky a komunikačních technologií

BUT PPG Brno University of Technology Smartphone PPG Database

PPG Fotopletysmografie

EKG Elektrokardiogram

TF Tepová frekvence

MTF Maximální tepová frekvence

LED Elektroluminiscenční dioda

AC Střídavý proud, pulzující složka

DC Stejnosměrný proud, nepulzující složka

FIR Filtr s konečnou impulzní charakteristikou

IIR Filtr s nekonečnou impulzní charakteristikou

FFT Rychlá Fourierova transformace

TN Pravdivě negativní

TP Pravdivě pozitivní

FN Falešně negativní

FP Falešně pozitivní

PPV Pozitivní prediktivní hodnota

Se Senzitivita

ms Milisekunda

px Pixel

Seznam příloh

A	Některé příkazy balíčku thesis	47
	A.1 Příkazy pro sazbu veličin a jednotek	47
	A.2 Příkazy pro sazbu symbolů	47
В	Druhá příloha	49
\mathbf{C}	Příklad sazby zdrojových kódů	51
	C.1 Balíček listings	51
D	Obsah elektronické přílohy	55

A Některé příkazy balíčku thesis

A.1 Příkazy pro sazbu veličin a jednotek

Tab. A.1: Přehled příkazů pro matematické prostředí

Příkaz	Příklad	Zdroj příkladu	Význam
	β_{\max}	<pre>\$\beta_\textind{max}\$</pre>	textový index
	$\mathrm{U_{in}}$	<pre>\$\const{U}_\textind{in}\$</pre>	konstantní veličina
	$u_{ m in}$	<pre>\$\var{u}_\textind{in}\$</pre>	proměnná veličina
	$u_{ m in}$	<pre>\$\complex{u}_\textind{in}\$</pre>	komplexní veličina
	y	\$\vect{y}\$	vektor
	Z	\$\mat{Z}\$	matice
	kV	\$\unit{kV}\$ či \unit{kV}	jednotka

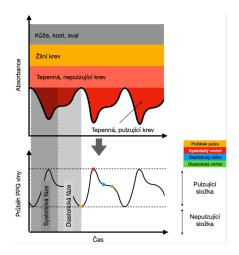
A.2 Příkazy pro sazbu symbolů

- \E, \eul sazba Eulerova čísla: e,
- \J, \jmag, \I, \imag sazba imaginární jednotky: j, i,
- \dif sazba diferenciálu: d,
- \sinc sazba funkce: sinc,
- \mikro sazba symbolu mikro stojatým písmem¹: μ,
- \uppi sazba symbolu π (stojaté řecké pí, na rozdíl od \pi, což sází π).

Všechny symboly jsou určeny pro matematický mód, vyjma \mikro, jenž je použitelný rovněž v textovém módu.

¹znak pochází z balíčku textcomp

B Druhá příloha



Obr. B.1: Signál PPG.

Pro sazbu vektorových obrázků přímo v ĽTEXu je možné doporučit balíček TikZ. Příklady sazby je možné najít na TEXample. Pro vyzkoušení je možné použít programy QTikz nebo TikzEdt.

C Příklad sazby zdrojových kódů

C.1 Balíček listings

Pro vysázení zdrojových souborů je možné použít balíček listings. Balíček zavádí nové prostředí lstlisting pro sazbu zdrojových kódů, jako například:

```
\section{Balíček lstlistings}
Pro vysázení zdrojových souborů je možné použít
  balíček \href{https://www.ctan.org/pkg/listings}%
  {\texttt{listings}}.
Balíček zavádí nové prostředí \texttt{lstlisting} pro
  sazbu zdrojových kódů.
```

Podporuje množství programovacích jazyků. Kód k vysázení může být načítán přímo ze zdrojových souborů. Umožňuje vkládat čísla řádků nebo vypisovat jen vybrané úseky kódu. Např.:

Zkratky jsou sázeny v prostředí acronym:

6 \begin{acronym} [KolikMista] % [KolikMista] určuje šířku sloupce pr Šířka textu volitelného parametru KolikMista udává šířku prvního sloupce se zkratkami. Proto by měla být zadávána nejdelší zkratka nebo symbol. Příklad definice zkratky f_{vz} je na výpisu C.1.

Výpis C.1: Ukázka sazby zkratek

Ukončení seznamu je provedeno ukončením prostředí:

Poznámka k výpisům s použitím volby jazyka czech nebo slovak:

Pokud Váš zdrojový kód obsahuje znak spojovníku -, pak překlad může skončit chybou. Ta je způsobená tím, že znak - je v českém nebo slovenském nastavení balíčku babel tzv. aktivním znakem. Přepněte znak - na neaktivní příkazem \shorthandoff{-} těsně před výpisem a hned za ním jej vratte na aktivní příkazem \shorthandon{-}. Podobně jako to je ukázáno ve zdrojovém kódu šablony.

Výpis C.2: Příklad Schur-Cohnova testu stability v prostředí Matlab.

```
%% Priklad testovani stability filtru
1
2
  % koeficienty polynomu ve jmenovateli
4 \mid a = [5, 11.2, 5.44, -0.384, -2.3552, -1.2288];
  disp( 'Polynom:'); disp(poly2str( a, 'z'))
7 | disp('Kontrola⊔pomoci⊔korenu⊔polynomu:');
  zx = roots( a);
  if ( all( abs( zx) < 1))
      disp('System i je i stabilni')
10
  else
11
      disp('Systemujeunestabilniunebounaumeziustability');
12
  end
13
14
15 disp('u'); disp('KontrolaupomociuSchur-Cohn:');
16 ma = zeros( length(a)-1,length(a));
17 \mid ma(1,:) = a/a(1);
  for(k = 1:length(a)-2)
18
      aa = ma(k, 1: end - k + 1);
19
      bb = fliplr( aa);
20
      ma(k+1,1:end-k+1) = (aa-aa(end)*bb)/(1-aa(end)^2);
21
  end
22
23
  if( all( abs( diag( ma.'))))
24
      disp('System _ je _ stabilni')
25
26
  else
      disp('System je nestabilni nebo na mezi stability');
27
  end
28
```

Výpis C.3: Příklad implementace první kanonické formy v jazyce C.

```
// první kanonická forma
                                                                    1
                                                                    2
short fxdf2t( short coef[][5], short sample)
                                                                    3
{
  static int v1[SECTIONS] = {0,0}, v2[SECTIONS] = {0,0};
                                                                    4
  int x, y, accu;
                                                                    5
                                                                    6
  short k;
                                                                    7
  x = sample;
                                                                    8
  \underline{for}(k = 0; k < SECTIONS; k++){
                                                                    9
    accu = v1[k] >> 1;
                                                                    10
    y = _sadd(accu, _smpy(coef[k][0], x));
                                                                    11
    y = _sshl(y, 1) >> 16;
                                                                    12
                                                                    13
    accu = v2[k] >> 1;
                                                                    14
    accu = _sadd( accu, _smpy( coef[k][1], x));
                                                                    15
    accu = _sadd( accu, _smpy( coef[k][2], y));
                                                                    16
    v1[k] = _sshl( accu, 1);
                                                                    17
                                                                    18
    accu = \_smpy(coef[k][3], x);
                                                                    19
    accu = _sadd( accu, _smpy( coef[k][4], y));
                                                                    20
    v2[k] = _sshl(accu, 1);
                                                                    21
                                                                    22
                                                                    23
    x = y;
                                                                    24
                                                                    25
  return( y);
                                                                    26
}
```

D Obsah elektronické přílohy

Elektronická příloha je často nedílnou součástí semestrální nebo závěrečné práce. Vkládá se do informačního systému VUT v Brně ve vhodném formátu (ZIP, PDF...).

Nezapomeňte uvést, co čtenář v této příloze najde. Je vhodné okomentovat obsah každého adresáře, specifikovat, který soubor obsahuje důležitá nastavení, který soubor je určen ke spuštění, uvést nastavení kompilátoru atd. Také je dobře napsat, v jaké verzi software byl kód testován (např. Matlab 2018b). Pokud bylo cílem práce vytvořit hardwarové zařízení, musí elektronická příloha obsahovat veškeré podklady pro výrobu (např. soubory s návrhem DPS v Eagle).

Pokud je souborů hodně a jsou organizovány ve více složkách, je možné pro výpis adresářové struktury použít balíček dirtree.

/kořenový adresář přiloženého archivu
logologa školy a fakulty
BUT_abbreviation_color_PANTONE_EN.pdf
BUT_color_PANTONE_EN.pdf
FEEC_abbreviation_color_PANTONE_EN.pdf
FEKT_zkratka_barevne_PANTONE_CZ.pdf
UTKO_color_PANTONE_CZ.pdf
UTKO_color_PANTONE_EN.pdf
VUT_barevne_PANTONE_CZ.pdf
VUT_symbol_barevne_PANTONE_CZ.pdf
VUT_zkratka_barevne_PANTONE_CZ.pdf
obrazkyostatní obrázky
soucastky.png
spoje.png
ZlepseneWilsonovoZrcadloNPN.png
ZlepseneWilsonovoZrcadloPNP.png
pdf pdf stránky generované informačním systémem
student-desky.pdf
student-titulka.pdf
student-zadani.pdf
text zdrojové textové soubory
literatura.tex
prilohy.tex
reseni.tex
uvod.tex
vysledky.tex
zaver.tex
zkratky.tex
sablona-obhaj.texhlavní soubor pro sazbu prezentace k obhajobě
sablona-prace.texhlavní soubor pro sazbu kvalifikační práce
thesis.stybalíček pro sazbu kvalifikačních prací