



AARHUS SCHOOL OF ENGINEERING

SUNDHEDSTEKNOLOGI
3. SEMESTERPROJEKT

Dokumentation

Gruppe 1

Lise Skytte Brodersen (201407432)
Nina Brkovic(201406458)
Jakob Degn Christensen(201408532)
Toke Tobias Aaris(201407321)
Annsofie Randrup Wagner (201406360)
Anders Wiggers Birkelund(201404118)

Vejleder

Studentervejleder
Peter Johansen
Aarhus Universitet

10. december 2015

Indholdsfortegnelse

| | |
|--|-----------|
| Kapitel 1 Kravspecifikation | 1 |
| 1.1 Indledning | 1 |
| 1.2 Systembeskrivelse | 1 |
| 1.3 Funktionelle krav | 1 |
| 1.3.1 Aktør-kontekstdiagram | 2 |
| 1.3.2 Aktørbeskrivelse | 3 |
| 1.3.3 Use case-diagram | 4 |
| 1.3.4 Use Cases | 4 |
| 1.4 Ikke-funktionelle krav | 8 |
| 1.4.1 Functionality | 8 |
| 1.4.2 Usability | 9 |
| 1.4.3 Reliability | 9 |
| 1.4.4 Performance | 9 |
| 1.4.5 Supportability | 10 |
| 1.4.6 Andre(+) | 10 |
| Kapitel 2 Design | 11 |
| 2.1 Systemarkitektur | 11 |
| 2.1.1 BDD | 11 |
| 2.1.2 IBD | 12 |
| 2.2 Grænseflader | 13 |
| 2.3 Hardware arkitektur | 14 |
| 2.3.1 BDD | 15 |
| 2.3.2 IBD | 15 |
| 2.3.3 Grænseflader | 15 |
| 2.3.4 Forstærkerblok | 16 |
| 2.3.5 Filterblok | 16 |
| 2.4 Software arkitektur | 17 |
| 2.4.1 Domænemodel | 17 |
| 2.4.2 Applikationsmodel | 17 |
| Kapitel 3 HW implementering og test | 27 |
| 3.1 Implementering | 27 |
| 3.1.1 Forstærkerblok | 27 |
| 3.2 Filterblok | 29 |
| 3.3 Test | 31 |
| 3.3.1 Test af forstærkerblok | 31 |
| 3.3.2 Test af filterblok | 32 |
| 3.3.3 Test af signalbehandlingblok | 35 |
| Kapitel 4 SW implementering og test | 39 |

| | |
|--|-----------|
| Kapitel 5 Accepttest | 41 |
| 5.1 Accepttest af Use Cases | 41 |
| 5.1.1 Use Case 1 | 41 |
| 5.1.2 Use Case 2 | 42 |
| 5.1.3 Use Case 3 | 42 |
| 5.1.4 Use Case 4 | 43 |
| 5.1.5 Use Case 5 | 43 |
| 5.1.6 Use Case 6 | 44 |
| 5.2 Accepttest af ikke-funktionelle krav | 45 |

Kravspecifikation

1

Versionshistorik

| Version | Dato | Ansvarlig | Beskrivelse |
|---------|------------|-----------|---|
| 1.0 | 23-09-2015 | Alle | Første udkast til Use Cases. I alt 4, hvor en af funktionerne var, at man kunne optage en lydsekvens |
| 1.1 | 29-09-2015 | Alle | Ændring af Use Cases efter møde med Peter. I alt 5, hvor funktionerne kun dækker over de opstillede krav til projektet. |
| 1.2 | 30-09-2015 | Alle | Små ændring af formuleringerne samt byttet om på UC1 og UC2 og tilføjet en UC6. De ikke-funktionelle krav er blevet tilføjet. Klar til Review |
| 2.0 | 08-10-2015 | Alle | Rettelser efter review møde |
| 2.1 | 04-11-2015 | Alle | Tilføjet Tryktransducer som en sekundæraktør |

1.1 Indledning

Kravspecifikationen vil gennem seks Use Cases beskrive blodtryksmålerens funktionelle krav. Systemets ikke-funktionelle krav er udarbejdet på baggrund af (F)URPS+. Dertil vil der være aktør-kontekst- og Use Casesdiagram samt beskrivelse af de forskellige aktører, der interagerer med systemet.

1.2 Systembeskrivelse

Systemet skal kunne vise et blodtryksignal kontinuert i en graf. Derudover skal systemet kunne kalibrere, nulpunktsjustere samt gemme data for målingen i en lokal database. Systemet er udviklet som en prototype, der er mulig at teste udfra de givne rammer.

1.3 Funktionelle krav

De funktionelle krav vil nedenstående beskrives ud fra Aktør-kontekstdiagram, aktørbeskrivelse, Use Cases samt Use Case diagram.

1.3.1 Aktør-kontekstdiagram



Figur 1.1: Aktør-kontekstdiagram

Systemet består af en software- og en hardware-del. Softwaredelen er udarbejdet i Visual Studio C#. Hardwaredelen består af flere komponenter sat sammen. Tryktransducer, Instrumentationforstærker, et aktivt 2. ordens lavpasfilter af typen Sallen-Key med unity gain og en DAQ. Det er selve systemet.

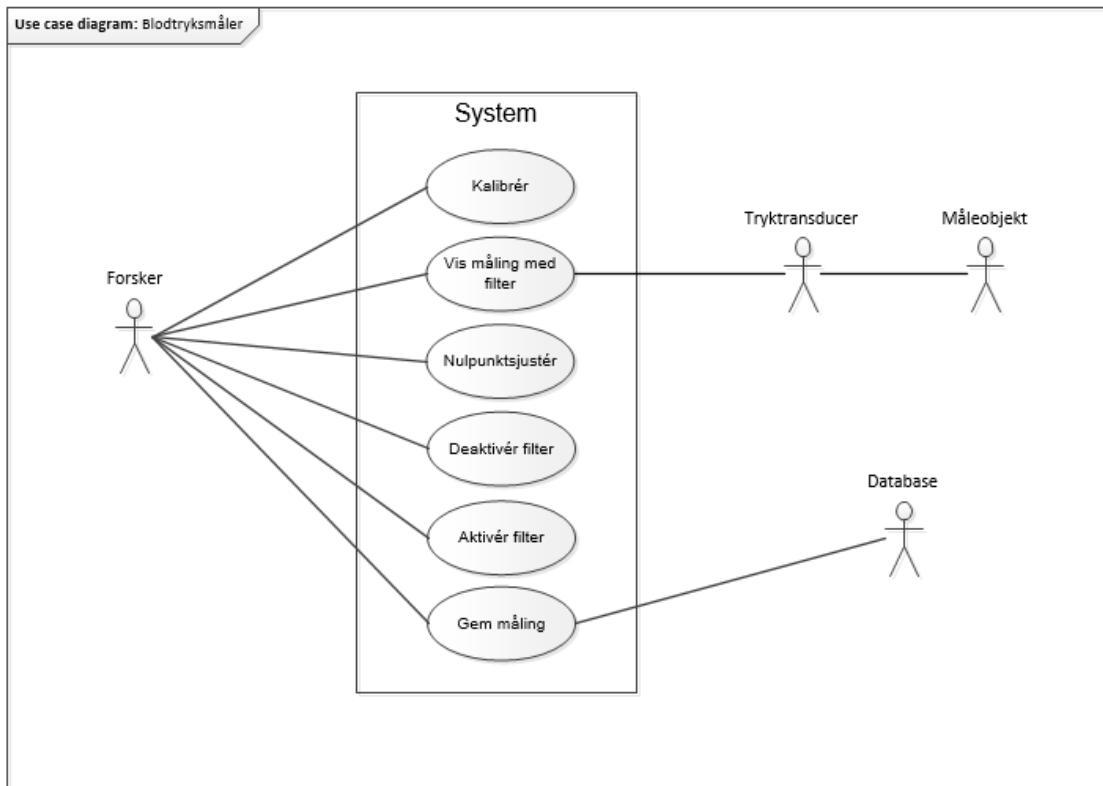
Primær aktøren i dette projekt er en Forsker. Sekundære aktører er Database, Tryktransducer og Måleobjekt. Måleobjekt er en package af Physionet og Analog Discovery, som er eksterne aktører.

1.3.2 Aktørbeskrivelse

| | |
|-------------|---|
| Aktørnavn | Forsker |
| Type | Primær |
| Beskrivelse | Person med relevant baggrundsviden inden for blodtryksanalyse |
| Aktørnavn | Tryktransducer |
| Type | Sekundær |
| Beskrivelse | Tryktransducer måler og omformer trykket fra Måleobjekt til et analogt signal |
| Aktørnavn | Måleobjekt |
| Type | Sekundær |
| Beskrivelse | Måleobjekt i det færdigudviklede produkt er et signal genereret enten in vitro eller in vivo. I prototypen er Måleobjekt en kombination af Physionet og Analog Discovery. Måleobjekt repræsenterer data fra Physionet leveret til blodtryksmålingssystemet igennem Analog Discovery |
| Aktørnavn | Database |
| Type | Sekundær |
| Beskrivelse | Database bruges i blodtryksmålingssystemet til at gemme data |
| Atørnavn | Physionet |
| Type | Ekstern |
| Beskrivelse | Physionet er en ekstern database, som indeholder blodtrykssignalet fra forskellige patienter |
| Aktørnavn | Analog Discovery |
| Type | Ekstern |
| Beskrivelse | Analog Discovery omdanner data fra Physionet til et analogt signal |

Tabel 1.2: Aktørbeskrivelse

1.3.3 Use case-diagram



Figur 1.2: Use case-diagram

Forskeren af systemet er den primære aktør i alle seks Use Cases. Det er Forskeren, der sætter alle Use Cases igang og styrer, hvad der skal ske og hvornår. Tryktransducer, som er en af de sekundære aktører, interagerer i UC2. Tryktransduceren behandler tryk fra den anden sekundær aktør Måleobjekt, og omformer det til et analog signal. Blodtryksmålingen skal vises i UC2. For at få gemt data interagerer den sekundære aktør Database med UC6.

1.3.4 Use Cases

Use Case 1

| | |
|------------------|--------------------------------------|
| Navn | Kalibrér |
| Use case ID | 1 |
| Samtidige forløb | 1 |
| Primær aktør | Forsker |
| Sekundære aktør | |
| Mål | Forsker ønsker at kalibrere systemet |
| Initiering | Startes af Forsker |

| | |
|----------------|--|
| Forudsætninger | System er aktivt og tilgængeligt |
| Resultat | System er kalibreret |
| Hovedforløb | <ol style="list-style-type: none"> 1. Kalibrering-vinduet vises ved opstart og tidligere kalibreringsdata vises 2. Forsker indtaster målte kalibreringsdata <ul style="list-style-type: none"> [2.a <i>Forsker vælger ikke at kalibrere</i>] [2.b <i>Indtastede kalibreringsdata er ugyldige</i>] 3. System kalibrerer 4. Det fremgår i Kalibrering-vinduet, at kalibrering er udført |
| Undtagelser | <ol style="list-style-type: none"> 2.a Forsker ønsker ingen kalibrering. UC1 afsluttes og Kalibrering-vinduet lukkes 2.b Det fremgår i Kalibrering-vinduet, at indtastede kalibreringsdata er ugyldige. Forsætter ved UC1 punkt 2 |

Tabel 1.3: Fully dressed Use Case 1.

Use Case 2

| | |
|------------------|---|
| Navn | Vis Måling med digitalt filter |
| Use case ID | 2 |
| Samtidige forløb | 1 |
| Primær aktør | Forsker |
| Sekundære aktør | Måleobjekt og Tryktransducer |
| Mål | Forsker ønsker at vise blodtrykssignal med digitalt filter |
| Initiering | Startes efter afsluttet UC1 |
| Forudsætninger | System er aktivt og tilgængeligt. Digitalt filter er aktivt. Tryktransducer er tilsluttet system. Måleobjekt er tilsluttet tryktransducer |
| Resultat | Det filtrerede blodtrykssignal udskrives |
| Hovedforløb | <ol style="list-style-type: none"> 1. Det filtrerede blodtrykssignal vises i en graf i Monitor-vinduet |
| Undtagelser | |

*Tabel 1.4: Fully dressed Use Case 2.***Use Case 3**

| | |
|------------------|---|
| Navn | Nulpunktsjustér |
| Use case ID | 3 |
| Samtidige forløb | 1 |
| Primær aktør | Forsker |
| Sekundære aktør | |
| Mål | Forsker ønsker at nulpunktsjustere system |
| Initiering | Startes af Forsker |
| Forudsætninger | System er aktivt og tilgængeligt. UC2 kører. Tryktransduceren skal befinde sig i atmosfærisk luft |
| Resultat | System er nulpunktsjusteret |
| Hovedforløb | <ol style="list-style-type: none"> 1. Forsker vælger at udføre en nulpunktsjustering 2. System nulpunktsjusterer 3. Det fremgår i Monitor-vinduet, at nulpunktsjustering er udført |

Undtagelser

*Tabel 1.5: Fully dressed Use Case 3.***Use Case 4**

| | |
|------------------|--|
| Navn | Deaktivér filter |
| Use case ID | 4 |
| Samtidige forløb | 1 |
| Primær aktør | Forsker |
| Sekundære aktør | |
| Mål | Forsker ønsker at deaktivere det digitale filter |
| Initiering | Startes af Forsker |
| Forudsætninger | System er aktivt og tilgængeligt. UC2 kører |

| | |
|----------|--|
| Resultat | Ufiltreret blodtrykssignal vises i Monitor-vinduet |
|----------|--|

- | | |
|-------------|---|
| Hovedforløb | <ol style="list-style-type: none"> 1. Forsker vælger at deaktivere digitalt filter 2. System udskriver det ufiltrerede blodtryksignal |
|-------------|---|

Undtagelser

Tabel 1.6: Fully dressed Use Case 4.

Use Case 5

| | |
|------------------|---|
| Navn | Aktivér filter |
| Use case ID | 5 |
| Samtidige forløb | 1 |
| Primær aktør | Forsker |
| Sekundære aktør | |
| Mål | Forsker ønsker at aktivere det digitale filter |
| Initiering | Startes af Forsker |
| Forudsætninger | System er aktivt og tilgængeligt. UC4 er afsluttet |
| Resultat | Filtreret blodtrykssignal vises i Monitor-vindet |
| Hovedforløb | <ol style="list-style-type: none"> 1. Forsker vælger at aktivere digitalt filter 2. System udskriver det filtrerede blodtrykssignal |

Undtagelser

Tabel 1.7: Fully dressed Use Case 5.

Use Case 6

| | |
|------------------|------------|
| Navn | Gem måling |
| Use case ID | 6 |
| Samtidige forløb | 1...* |
| Primær aktør | Forsker |
| Sekundære aktør | Database |

| | |
|----------------|--|
| Mål | Forsker ønsker at gemme data i Database |
| Initiering | Startes af Forsker |
| Forudsætninger | System er aktivt og tilgængeligt. UC4 eller UC5 kører |
| Resultat | Data er gemt i Database |
| Hovedforløb | <ol style="list-style-type: none"> 1. Forsker bestemmer optagelseslængde for målingen i Monitorvindue [1.a <i>Forsker ændrer ikke optagelseslængden for målingen</i>] 2. Forsker igangsætter optagelse af målingen 3. Målingen stopper [3.a <i>Forsker stopper optagelsen af måling inden optagelseslængden er nået</i>] 4. Forsker åbner Gem-vinduet 5. Forsker indtaster oplysninger om målingen 6. Forsker trykker på "OK"-knappen og system gemmer målingen i Database 7. Det fremgår af Gem-vinduet, at målingen er gemt |
| Undtagelser | <ol style="list-style-type: none"> 1.a Forsker ønsker ikke at ændre optagelseslængde for målingen. Forsætter ved punkt 2 i UC6 3.a Forsker stopper optagelse af målingen. Forsætter ved punkt 4 i UC6 |

Tabel 1.8: Fully dressed Use Case 6.

1.4 Ikke-funktionelle krav

De ikke-funktionelle krav er specificeret ved brug af redskabet (F)URPS+, der står for hhv. Functionality, Usability, Reliability, Performance, Supportability og andre krav til fx brugssituationer og interface.

1.4.1 Functionality

- System skal kunne kalibreres.
- System skal kunne vise et kontinuert blodtrykssignal i Monitor-vinduet.
- System skal kunne vise systole-, diastole- og pulsværdier med op til tre cifre.
- System skal kunne vise et blodtrykssignal med og uden et digitalt filter.

- System skal kunne nulpunktsjustere blodtrykssignalet.
- System skal kunne gemme en blodtryksmåling i en database.

1.4.2 Usability

- Kalibrering-vinduet skal indeholde tekstbokse til indtastning af kalibreringsdata.
- Kalibrering-vinduet skal indeholde en "Beregn"-knap.
- Kalibrering-vinduet skal indeholde en "OK"-knap.
- Kalibrering-vinduet skal indeholde et tidsstempel for seneste kalibrering.
- Monitor-vinduet skal indeholde en "Gem"-knap.
- Monitor-vinduet skal indeholde en "Nulpunktsjustér"-knap.
- Monitor-vinduet skal indeholde et tidsstempel for seneste nulpunktsjustering.
- Monitor-vinduet skal indeholde to radiobuttons til aktivering og deaktivering af digitalt filter.
- Monitor-vinduet skal indeholde en tekstboks til ændring af optagelseslængden.
- Monitor-vinduet skal indeholde en "Rec"-knap/.
- Monitor-vinduet skal indeholde en "Stop"-knap.
- Gem-vinduet skal indeholde tekstbokse til indtastning af oplysninger om målingen.
- Gem-vinduet skal indeholde en "OK"-knap.
- Det skal være muligt at aflæse systole-, diastole- og pulsværdier på Monitor-vinduet fra 2 meters afstand med normalt syn.

1.4.3 Reliability

- Systemet skal have en effektiv MTBF (Mean Time Between Failure) på 99 timer og en MTTR (Mean Time To Restore) på 20 minutter (1/3 time).

$$\text{Availability} = \frac{\text{MTBF}}{\text{MTBF} + \text{MTTR}} = \frac{99}{99 + 1/3} = 0,997 = 99,7\% \quad (1.1)$$

1.4.4 Performance

- Blodtrykssignalet skal vises maksimalt 5 sekunder efter UC1 er afsluttet.
- Systemet skal vise en graf for blodtryksmålingen, hvor y-aksen er mmHg og x-aksen er tid i sekunder.
- Systemet skal kunne måle blodtryksværdier fra 0 til 300 mmHg.
- Blodtrykssignalet vises kontinuerligt over et interval af fire sekunder af gangen.

- Blodtrykssignalet vises via en rød kurve.
- Y-aksen varierer efter blodtrykssignalets maksimum- og minimumværdier.

1.4.5 Supportability

- Softwaren skal opbygges efter trelagsmodellen.

1.4.6 Andre(+)

Brugssituationer

- Der skal være adgang til en computer med Windows 7 eller nyere – computeren skal have minimum 4 GB RAM.
- Der skal være adgang til en computer, hvor National Instruments er installeret.

Interface

- Blodtryksdiagrammet skal fylde minimum 1/3 af Monitor-vinduet.
- Baggrunden i Monitor-vinduet skal være mørk.
- Blodtrykssignal og -værdier(systole og diastole) skal være røde, og puls skal være grøn.
- Systolisk og diastolisk blodtryk skal fremhæves øverst i højre hjørne ved større skriftstørrelse end andre værdier i Monitor-vinduet (fx værdier på akserne).

Design 2

Versionshistorik

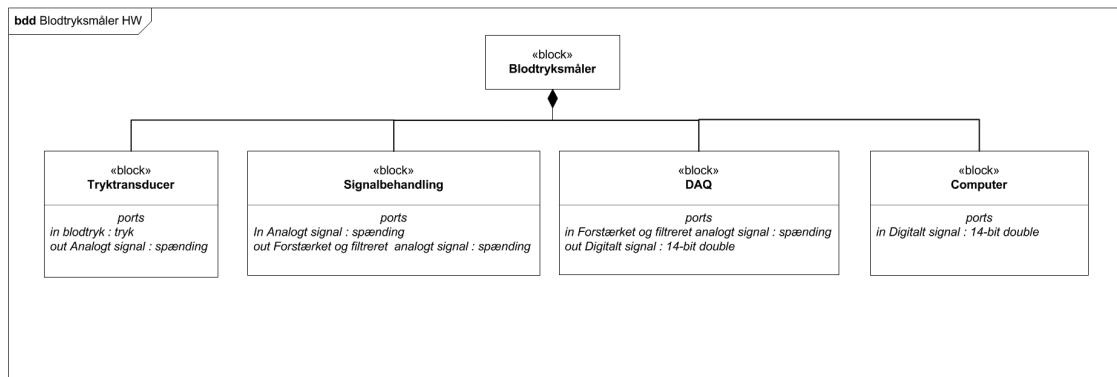
| Version | Dato | Ansvarlig | Beskrivelse |
|---------|------------|-----------|--|
| 1.0 | 20-10-2015 | Alle | Første udkast til domænemodel, BDD, IBD og sekvensdiagrammer |
| 1.1 | 21-10-2015 | Alle | Små ændringer i BDD og IBD efter møde med vejleder |
| 1.2 | 27-10-2015 | Alle | Ændring af BDD og IBD efter møde med Kim; blokkene filter og forstærker er blevet lagt sammen under blokken Signalbehandling |
| 1.3 | 02-11-2015 | Alle | Begyndte at oprette Design-dokumentet. Udkast til klassediagrammer for UC |
| 1.4 | 04-11-2015 | Alle | Skrevet hardware design afsnittet. Små rettelser i de andre afsnit i design, så det er klar til review |

2.1 Systemarkitektur

Igennem BDD og IBD vil det overordnede blodtryksmålersystem beskrives i forhold til hvilke hardware blokke systemet består af, og hvordan de interagerer med hinanden.

2.1.1 BDD

På figur 2.1 ses BDD for systemet. BDD viser de forskellige hardware blokke for systemet og hvilke porte de består af. I tabel 2.2 ses en beskrivelse af blokkene.



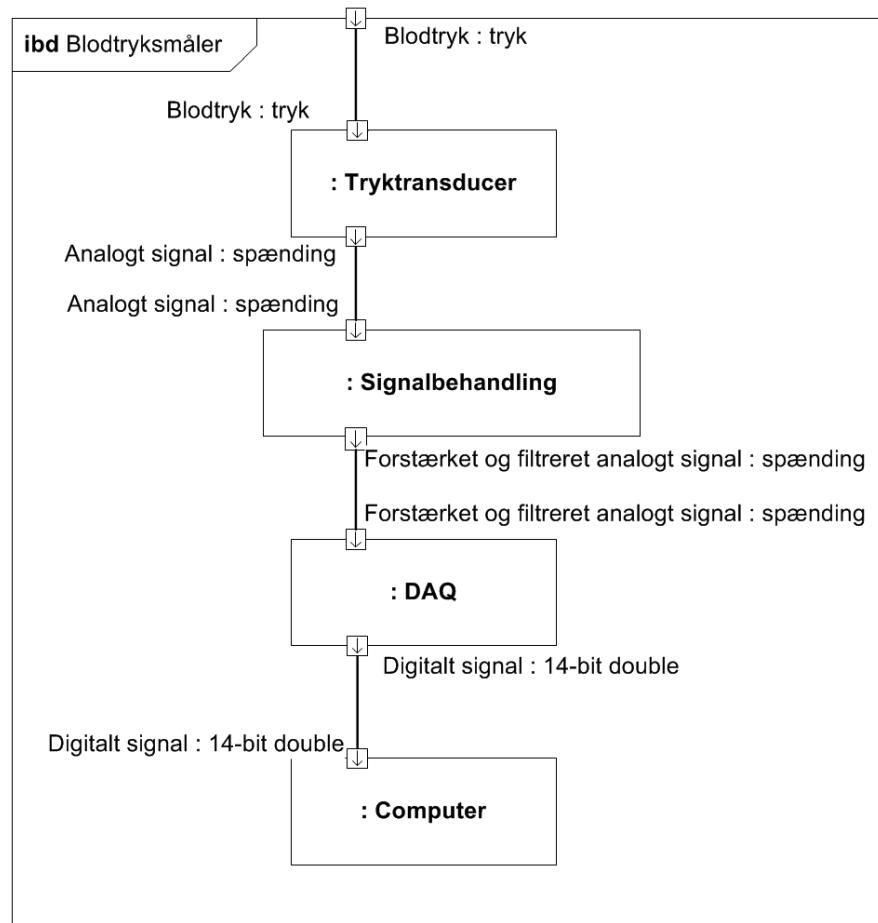
Figur 2.1: BDD

| Blok | Beskrivelse |
|------------------|---|
| Blodtryksmåler | Det overordnede system, som indeholder Tryktransducer, Signalbehandling, DAQ og Computer. |
| Tryktransducer | Registrarer en fysisk størrelse i form af en trykændring. Tryktransduceren har til opgave at transformere den fysiske størrelse til en elektrisk spænding, som viderebehandles gennem de resterne hardware blokke. |
| Signalbehandling | Består af to dele. En forstærkerdel og en filteringsdel. Det analoge signal fra tryktransduceren bliver via denne blok forstærket og filteret. |
| DAQ | Konverterer det forstærkede og filterede analoge signal til et digitalt signal. |
| Computer | Indeholder software til systemet, som er kodet i Visual Studio C#. Softwaren kan blandt andet vise det digitale signal grafisk. Softwaren kan ligeledes kalibrere, nulpunktsjustere og gemme målinger samt aktivere og deaktivere filter. |

Tabel 2.2: Beskrivelse af blokkene for systemet

2.1.2 IBD

På figur 2.2 ses IBD for systemet. IBD viser, hvordan de forskellige hardware blokke interagerer med hinanden. IBD fortæller signalets behandling gennem systemet - altså hvordan signalet transformeres fra et målt fysisk tryk til et digitalt signal, som softwaren kan videre behandle og vise grafisk.



Figur 2.2: IBD

2.2 Grænseflader

Kommunikationsprotokol for hardware blokkene ses i tabel 2.3. Det er en beskrivelse og specifikation af hvilket indgangs- og udgangssignal, de forskellige hardware blokke har.

Tryktransducerens maximale output, V_{max} , bestemmes ud fra følgende ligning:

$$V_{max} = P \cdot K \cdot V_+ \quad (2.1)$$

P = Tryk

K = sensitivitet

V_+ = indgangsspænding

For systemet er der valgt, at tryktransducerens målbaré område skal ligge i intervallet 0-300 mmHg. Den maksimale udgangsspænding bliver derfor udtrykt fra det maksimale tryk på 300 mmHg, sensitiviteten på 5μ og indgangsspændingen på 5 V. Indgangspændingen kommer reelt fra 9 V batterier, men der er valgt at indsætte en 5 V regulator, så man er

sikker på, hvad indgangsspændingen er, da batterier er ustabile.

$$V_{max} = 300mmHg \cdot 5\mu V \cdot 5V \quad (2.2)$$

$$V_{max} = 7,5mV \quad (2.3)$$

| Grænseflade | Signal | Type | Format | Værdi |
|------------------|--------------------------------|------|---------------|--------------|
| Tryktransducer | Blodtryk | in | Tryk | 0 - 300 mmHg |
| | Analogt | out | Spænding | +/- 7,5 mV |
| Signalbehandling | Analogt | in | Spænding | +/- 7,5 mV |
| | Forstærket og filteret analogt | out | Spænding | +/- 10 V |
| DAQ | Forstærket og filteret analogt | in | Spænding | +/- 10 V |
| | Digitalt | out | 14-bit double | 0-5 V |
| Computer | Digitalt | in | 14-bit double | 0-5 V |

Tabel 2.3: Kommunikationsprotokol

2.3 Hardware arkitektur

Herunder er de krævede specifikationer for signalbehandlingsblokken beskrevet. Tryktransducerens beskrives ligeledes, da denne har indflydelse for forstærkerblokkens specifikationer.

Tryktransducer

Tryktransduceren skal omsætte det fysiske tryk til en elektrisk spænding. Tryktransduceren har en meget høj common mode rejection samt en høj sensitivitet på $5 \mu V/V/mmHg +/- 1\%$ ¹, da de forventede trykændringer er små. Enheden for sensitiviteten angiver hvor mange μV output, der kommer fra tryktransduceren pr. antal V i tryktransducerens eksitationsspænding pr. mmHg. For at være sikker på, at strømmen igennem wheatstone broen ikke bliver for høj og dermed i sidst ende kan brænder stain-gages af, er der blevet vagt at indsætte en regulator, der omdanner eksitationsspænding fra 9 V batterier til 5 V.

Forstærkerblok

Forstærkerblokken sørger for, at det meget svage spændingssignal fra tryktransduceren bliver forstærket op til en spænding, der ligger indenfor det måleinterval, der svarer til DAQ'en, som er valgt til $+/- 5 V$.

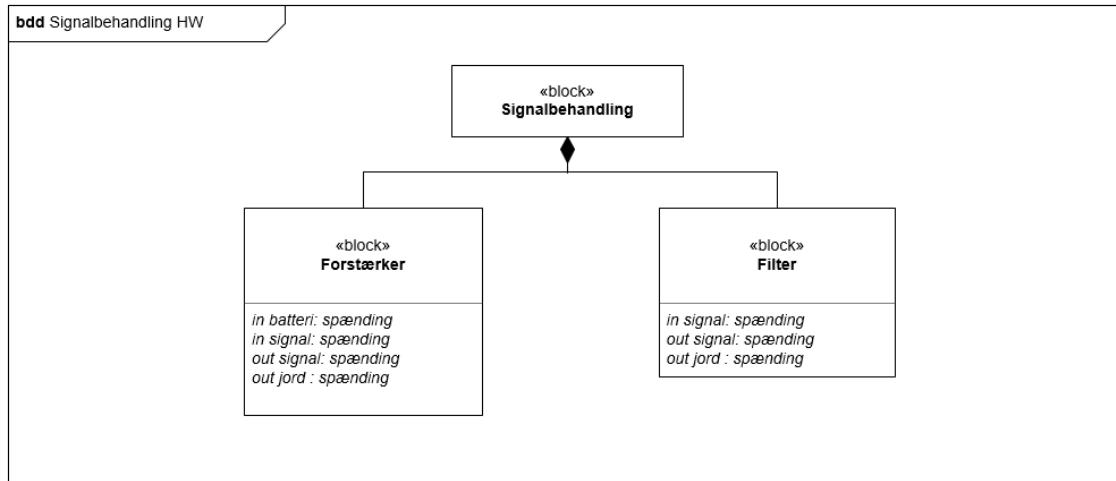
¹Se datablad for tryktransduceren i bilag

Filterblok

Filterets formål er at frasortere signalets frekvenser, der er højere end 50 Hz, da disse ikke har nogen relevans for blodtrykssignalet. Dette skal realiseres ved et andenordens lavpasfilter.

2.3.1 BDD

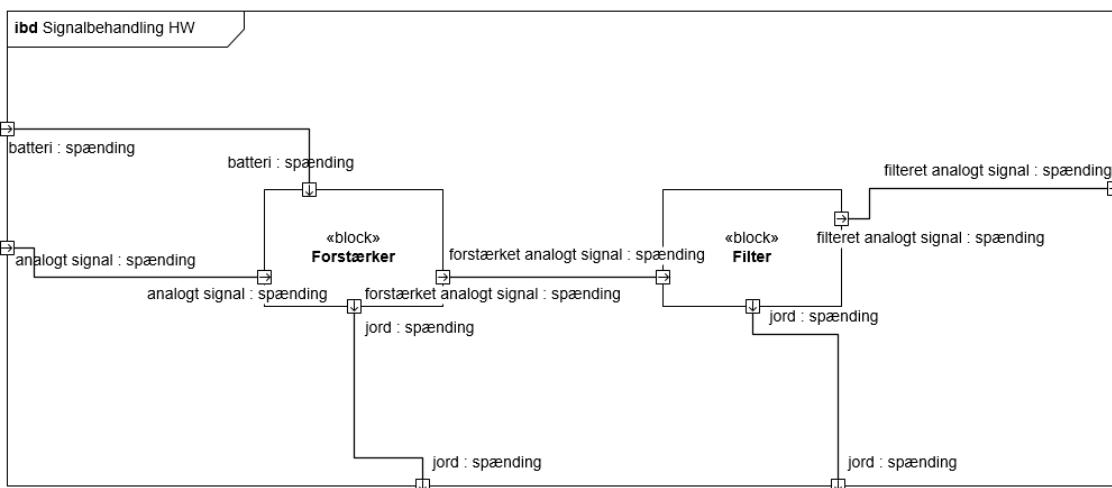
På figur 2.3 ses BDD for signalbehandlingsblokken, hvor forstærkerblokkens og filterblokkens indgangs- og udgangsporte er vist.



Figur 2.3: BDD for Signalbehandling HW

2.3.2 IBD

På figur 2.4 ses IBD for signalbehandlingsblokken. IBD viser, hvordan forstærkerblokken og filterblokken interagerer med hinanden.



Figur 2.4: IBD for Signalbehandling HW

2.3.3 Grænseflader

| Grænseflade | Signal | Type | Format | Værdi |
|-------------|--------------------|------|----------|------------|
| Forstærker | Batteri | in | Spænding | +/- 9 V |
| | Analogt | in | Spænding | +/- 7,5 mV |
| | Jord | out | Spænding | 0 V |
| | Forstærket analogt | out | Spænding | +/- 5 V |
| Filter | Forstærket analogt | in | Spænding | +/- 5 V |
| | Jord | out | Spænding | 0 V |
| | Filteret analogt | out | Spænding | +/- 5 V |

Tabel 2.4: Kommunikationsprotokol for Instrumenteringsforstærke

2.3.4 Forstærkerblok

Specifikationer

- Forstærkningen, Gain, skal forstærke den maksimale inputsspænding, så outputtet bliver 10 V

$$Gain \cdot V_{in} = V_{out} \quad (2.4)$$

V_{out} og V_{in} er kendt, så Gain isoleres

$$Gain = \frac{V_{out}}{V_{in}} \implies Gain = \frac{5000mV}{7,5mV} \implies Gain = 666,667 \quad (2.5)$$

- Indgangsspænding: +/- 7,5 mV
- Eksitationsspænding: +/- 9 V
- Outputspænding: +/- 5 V
- Minimum en båndbredde på 50 Hz
- Uendelig indgangsimpedans i teorien

2.3.5 Filterblok

Specifikationer

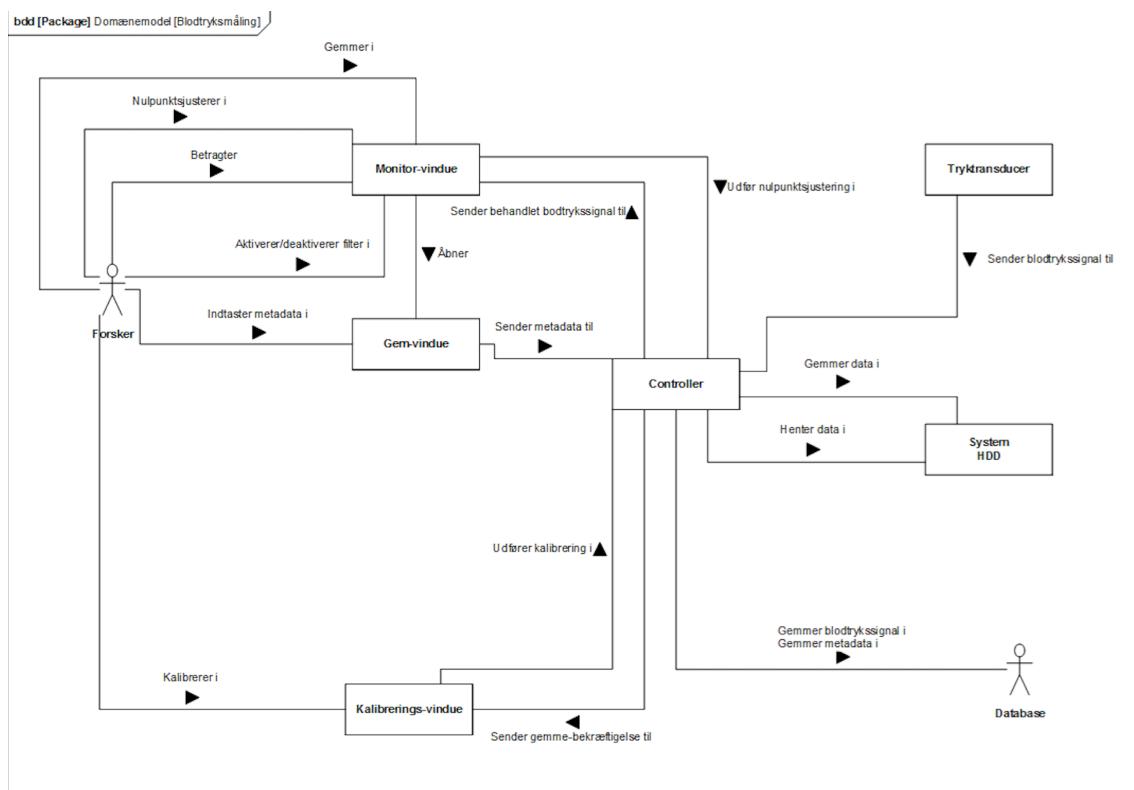
- Andenordens lavpasfilter
- Cutofffrekvens ved 50 Hz
- Unity gain (ingen forstærkning)
- -40 dB ved 500 Hz

- Uendelig indgangsimpedans i teorien
- Indgangsspænding +/- 5 V
- Eksitationsspænding +/- 9 V

2.4 Software arkitektur

2.4.1 Domænemodel

Domænemodellen er skabt på baggrund af de seks Use Cases og fungerer som et middel til at skabe et samlet overblik over systemet. Gennem navneordsanalyse er de konceptuelle klasser fundet. I modellen beskrives, hvordan de konceptuelle klasser og aktører interagerer med hinanden. Controlleren er ikke en konceptuel klasse, men det er den, der sørger for at systemet fungerer optimalt, og udfører kommandoer.



Figur 2.5: Domænemodel for blodtryksmålersystemet

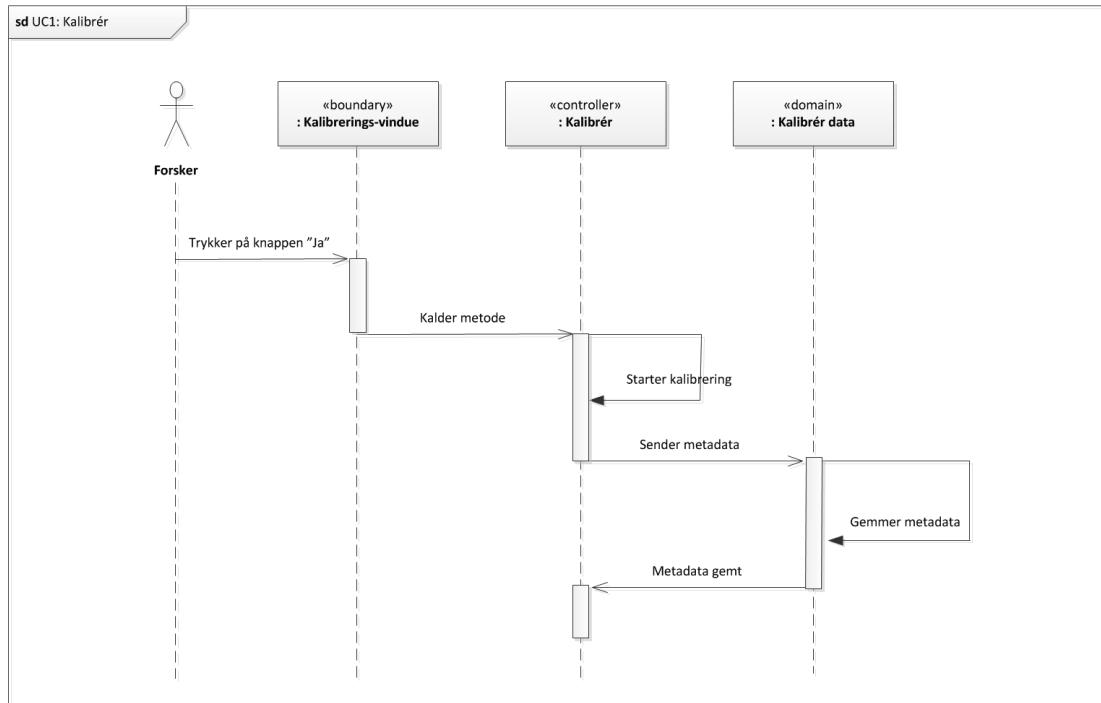
I domænemodellen ses generelle principper om kommunikation, mellem klasser, og aktører. Kommunikationen kan derfor være af forskellig karakter, og funktionaliteten af den givne kommando kan variere fra Use Case til Use Case.

2.4.2 Applikationsmodel

Sekvensdiagram

Sekvensdiagrammerne beskriver step-by-step, via metoder, forløbet i de forskellige Use Cases. Der er lavet et sekvensdiagram for hver Use Case, for at gøre systemet mere

overskueligt. Et sekvensdiagram består af boundary-klasserne og domain-klasserne fra domænemodellen, samt en controller-klasse, med navn efter den specifikke Use Case.



Figur 2.6: Sekvensdiagram for UC1

Forsker interagerer med Monitorvindue. Kalibreringsmetoden bliver kaldt, når Forsker trykker på knappen "Ja". Derefter igangsættes kalibreringen og kalibrerings tidspunkt og værdi sendes og gemmes i databasen.



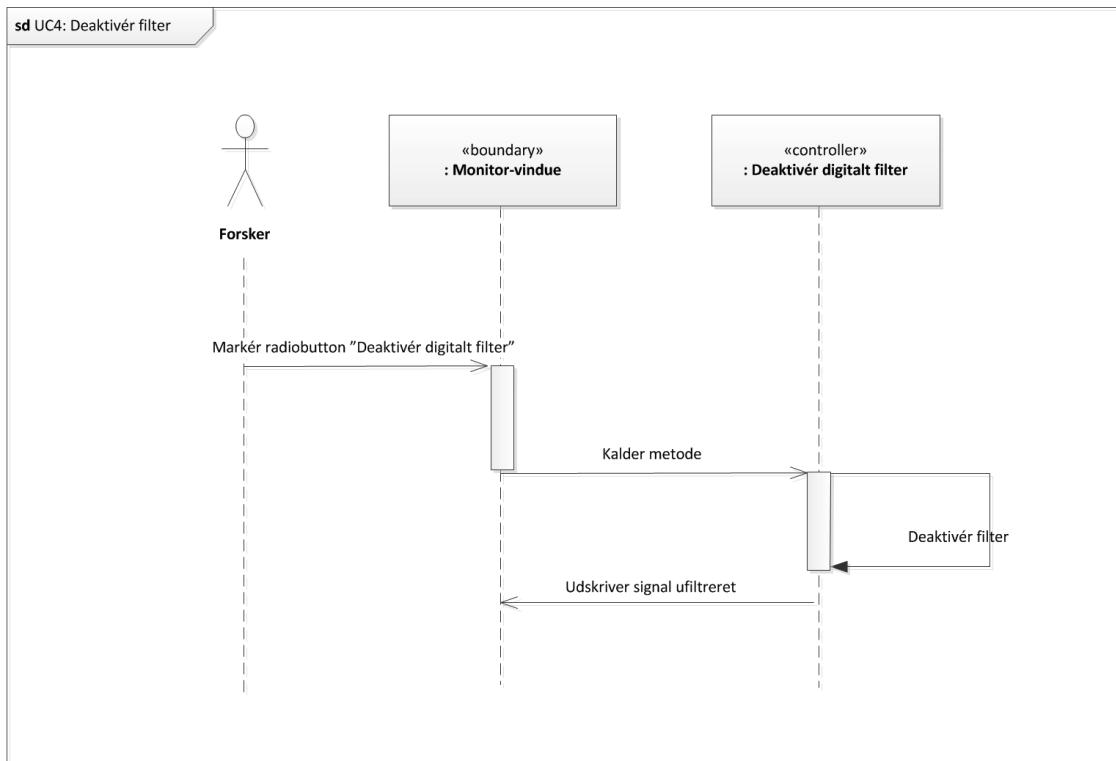
Figur 2.7: Sekvensdiagram for UC2

Controller henter data fra Tryktransducer, som henter data i form af tryk fra måleobjekt. Datafilerne sendes fra Måleobjekt via Tryktransducer tilbage til Controller, der kalder metoden. Monitorvindue opdateres, og herefter kan Forsker aflæse blodtryk.



Figur 2.8: Sekvensdiagram for UC3

Forsker interagerer med Monitorvindue ved at trykke på knappen "Nulpunktsjustér". Derefter kaldes metoden, og nulpunktsjusteringen startes. Tidspunktet og værdien for nulpunktsjusteringen sendes og gemmes i databasen, hvorefter Forsker får besked om, at nulpunktsjusteringen er foretaget.



Figur 2.9: Sekvensdiagram for UC4

Forsker interagerer med Monitorvindue ved at markere i radiobutton ”Deaktivér digitalt filter”. Derefter kaldes metoden, og filteret deaktiveres, hvorefter signalet bliver udskrevet ufiltreret.



Figur 2.10: Sekvensdiagram for UC5

Forsker interagerer med Monitorvindue ved at markere i radiobutton ”Aktivér digitalt filter”. Derefter kaldes metoden, og filteret aktiveres, hvorefter signalet bliver udskrevet filtreret.

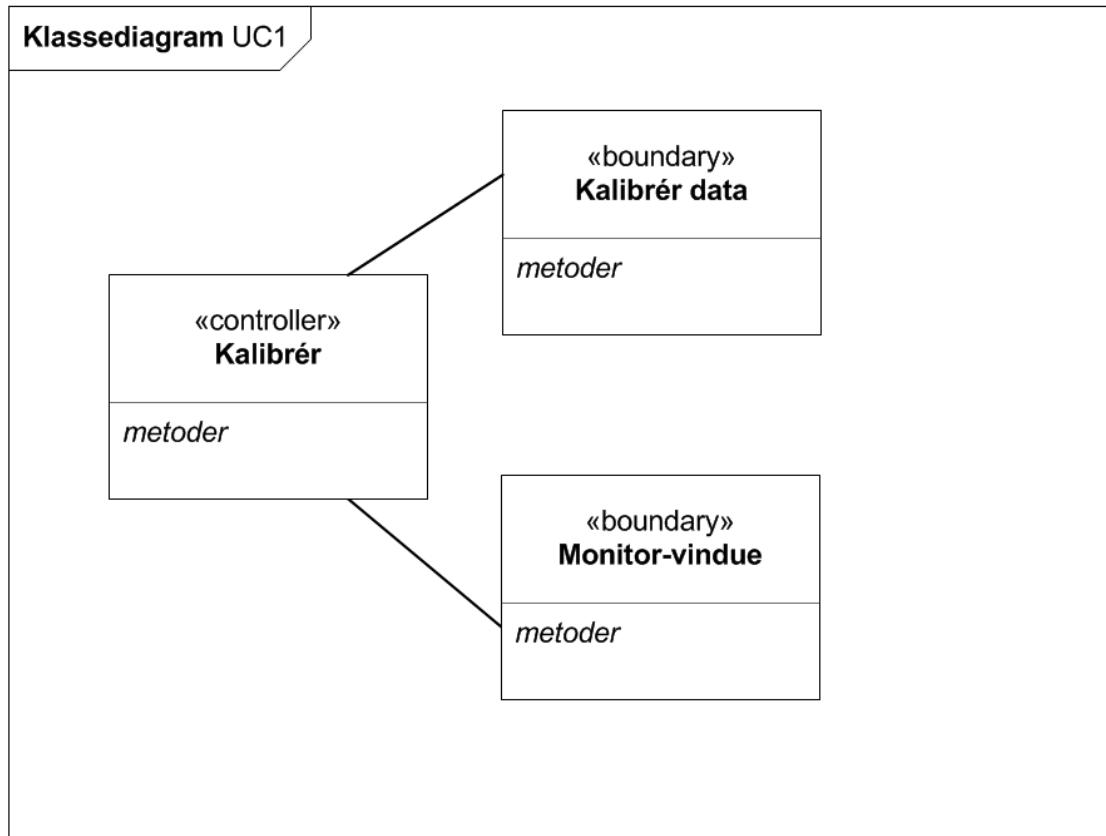


Figur 2.11: Sekvensdiagram for UC6

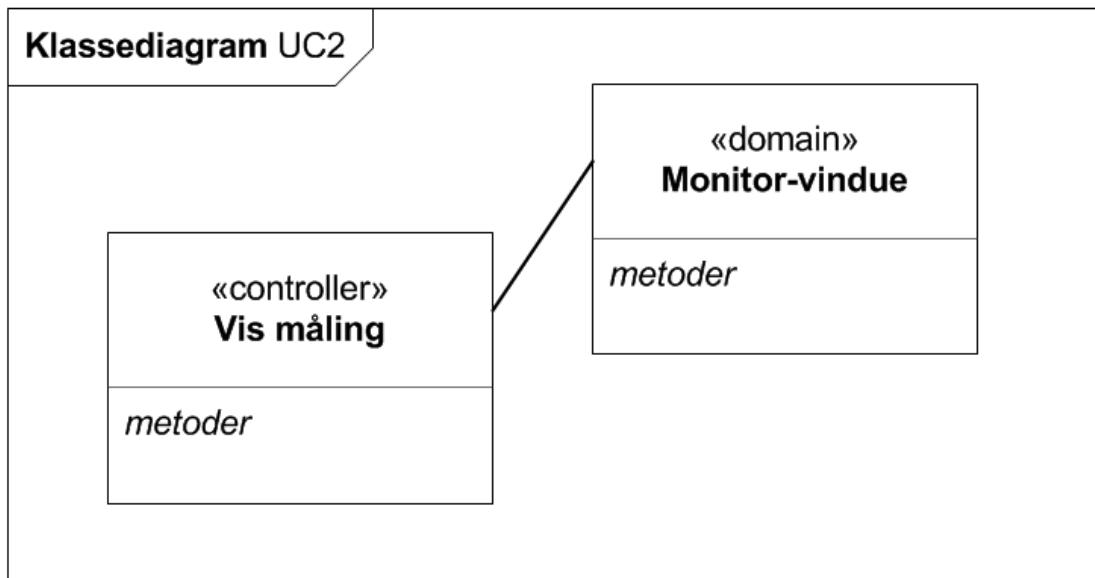
Forsker interagerer med Monitorvindue ved at trykke på knappen "Gem". Derefter kaldes metoden og Gem-vinduet åbnes. Første gang Forsker ønsker at gemme, indtastes data om målingen og der trykkes på knappen "OK". Kommando sendes og data gemmes. De efterfølgende gange, der ønskes at gemme, er data udfyldt fra første gang, og der trykkes blot på "OK", hvorefter kommandoen sendes. Data gemmes og Gem vinduet lukkes. Controller bekræfter til Monitorvindue, at data er gemt.

Opdateret klassediagram

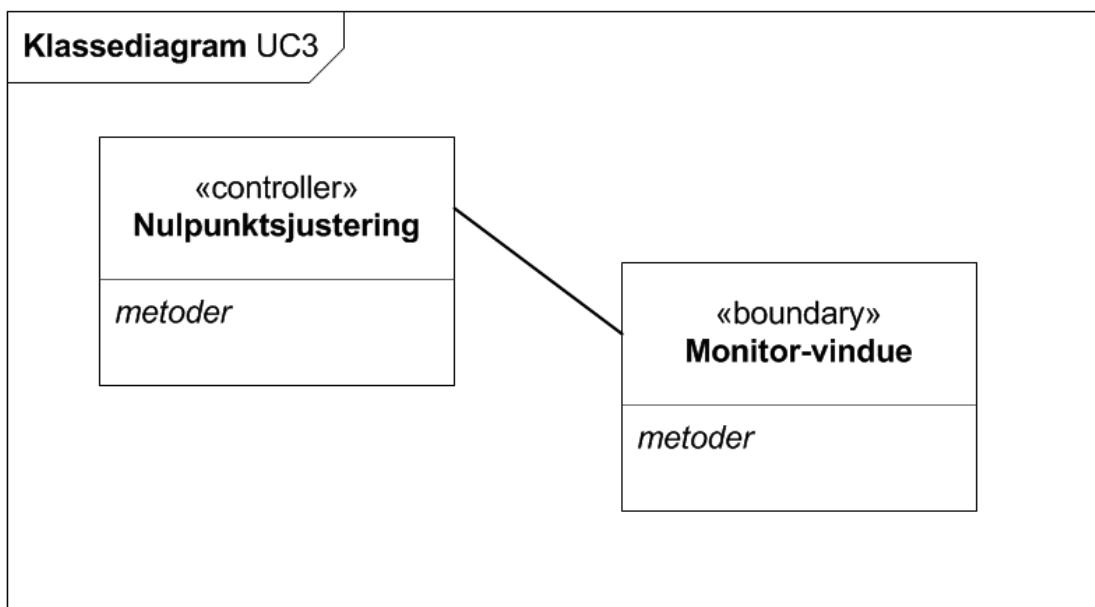
De opdateret klassediagrammer indeholder metoderne fra de dertilhørende sekvensdiagrammer - dette giver et overblik over, hvilke metoder de forskellige klasser består af.



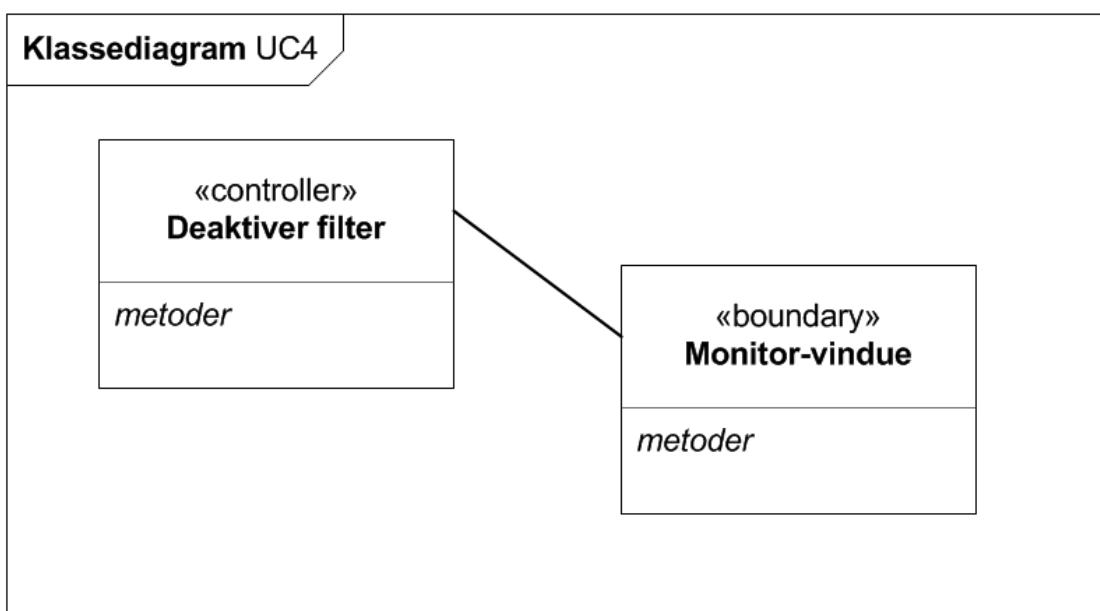
Figur 2.12: Klassediagram for UC1



Figur 2.13: Klassediagram for UC2



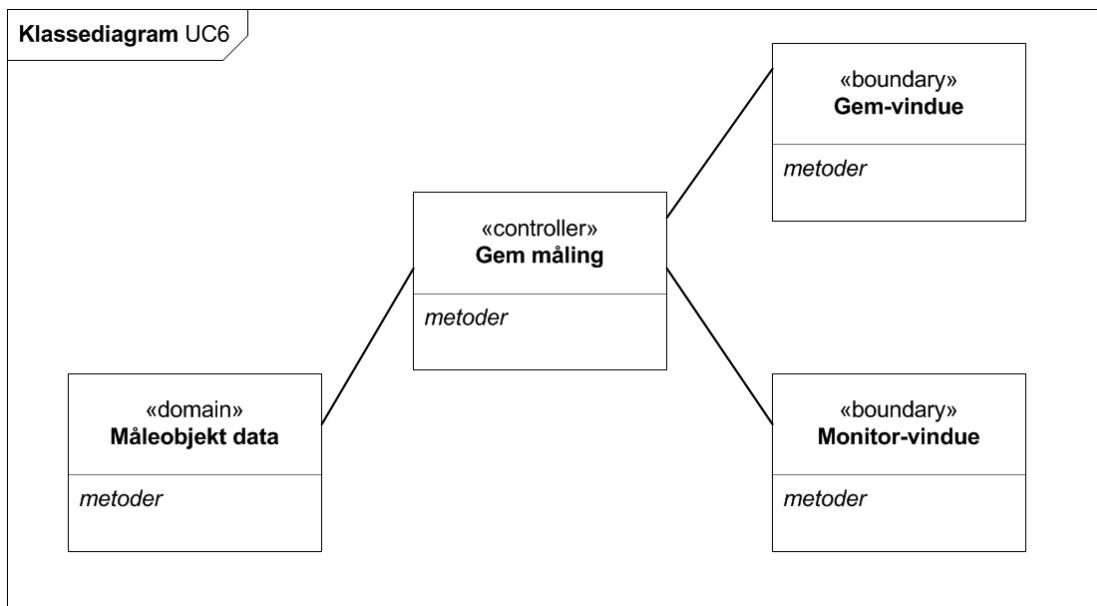
Figur 2.14: Klassediagram for UC3



Figur 2.15: Klassediagram for UC4



Figur 2.16: Klassediagram for UC5



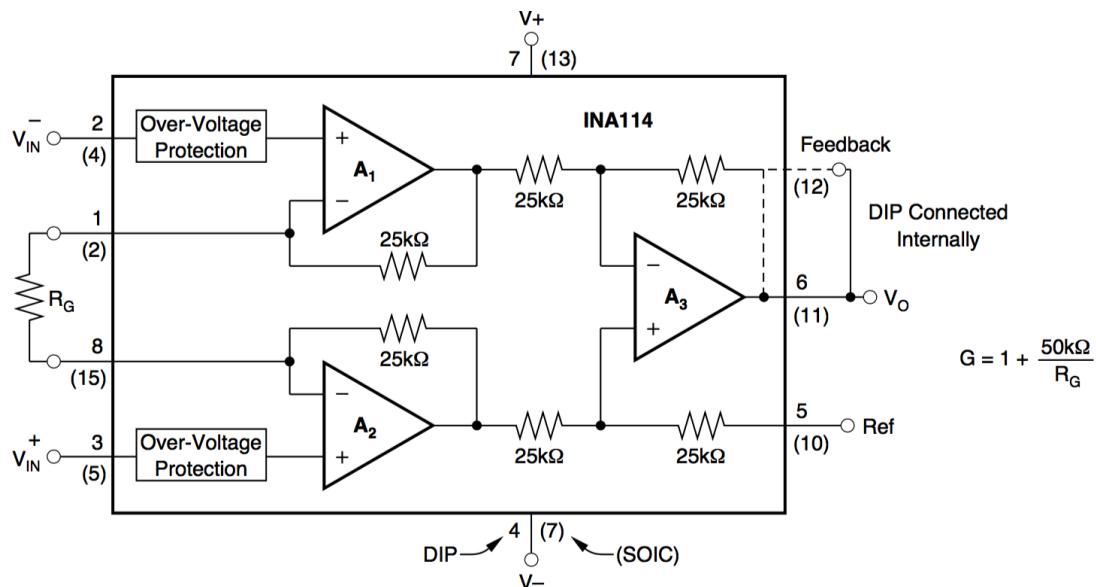
Figur 2.17: Klassediagram for UC6

HW implementering og test

3.1 Implementering

3.1.1 Forstærkerblok

Som forstærkerblok anvendes INA114, se Figur 3.1. Denne har den fordel, at gain kan kontrolleres af en variabel modstand (potentiometer), R_G .

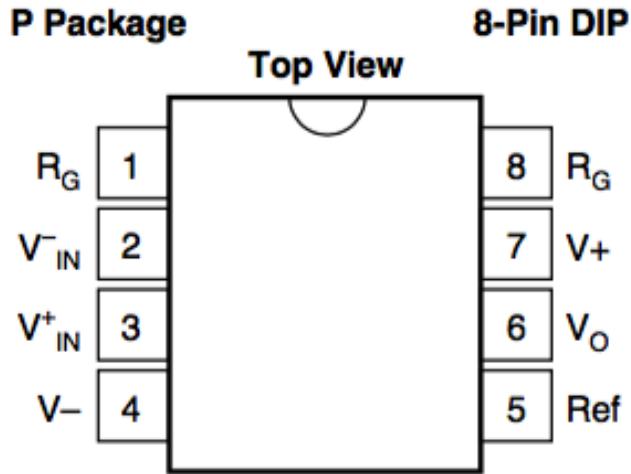


Figur 3.1: INA114

INA114 er blevet udleveret som én komponent. Den sorte boks på Figur 3.1 viser, hvilke del-komponenter INA114 indeholder. Det ses også, at R_G er placeret udenfor den sorte boks, hvilket betyder, at det er en variabel modstand, der skal tilkobles INA114.

På Figur 3.2 ses, hvordan INA114¹ skal realiseres i forhold til at implementere forstærkeren.

¹Se datablad for INA114 i bilag



Figur 3.2: INA114

På ben et og otte forbinderes INA114 med gainmodstanden, R_G . Ben fire forbinderes med -9 V. Ben syv forbinderes med +9 V. Ben fem forbinderes til jord. Indgangssignalet modtages ved ben to og tre, mens outputtet kommer fra ben seks, som forbinderes med filteret, som viderebeandler signalet.

Forstærkning

Forstærkningen, Gain, skal forstærke den maksimale inputsspænding fra tryktransduceren, så outputtet bliver 5 V, hvilket er det interval, der er valgt for DAQ'en. Udregningen for forstærkning kan ses i ligning (2.4) til (2.5).

$$\text{Gain} = 666,667 \quad (3.1)$$

Båndbredde

For INA114 er produktet af båndbredden og forstærkningen en konstant på $1.000.000^2$. Båndbredden for denne forstærkerblok, hvor gain er 1333,33, er

$$\text{Gain} \cdot BW = 1.000.000 \implies BW = \frac{1.000.000}{666,667} \implies BW = 1500 \text{ Hz} \quad (3.2)$$

Båndbredden er større end 50 Hz, som var det, båndbredden mindst skulle være.

Gainmodstand

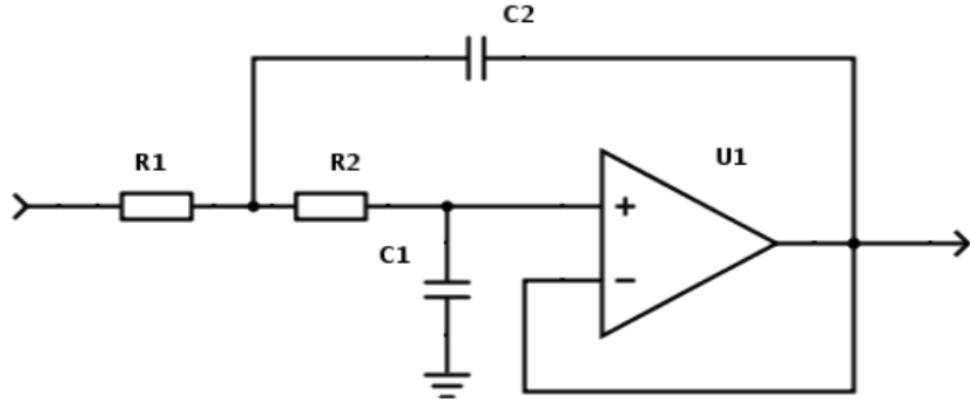
Gainmodstanden, R_G er en variabel modstand, der bestemmer forstærkningen i INA114. INA114 skal have en gain på 666,667. Ud fra ligning (3.3) kan R_G isoleres og beregnes.

$$\text{Gain} = 1 + \frac{50k\Omega}{R_g} \implies R_g = \frac{50k\Omega}{\text{Gain} - 1} \implies R_g = \frac{50k\Omega}{666,667 - 1} \implies R_g = 75\Omega \quad (3.3)$$

²Se datablad for INA114 s. 2 i bilag

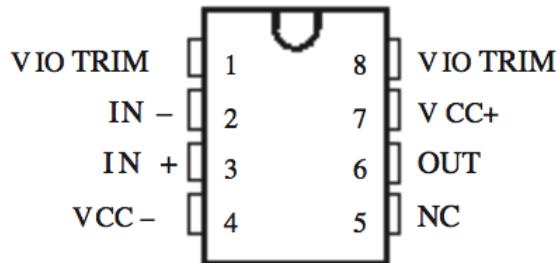
3.2 Filterblok

Som filter anvendes et Sallen Key lavpasfilter med unity gain.



Figur 3.3: Sallen Key lavpasfilter

Som ikke-inverterende operationsforstærker anvendes der OP27G³, se Figur 3.4.



Figur 3.4: OP27G

Ben tre modtager det forstærket signal. Ben to forbinder med ben seks, hvor det færdig behandlede signal kan måles. Ben fire forbinder med -9 V. Ben syv forbinder med +9 V.

Beregning af komponentværdier

Ud fra overføringsfunktion for filteret kan de forskellige komponentværdier beregnes.

Overføringsfunktion

$$\frac{V_{out}(s)}{V_{in}(s)} = \frac{\frac{1}{R_1 R_2 C_1 C_2}}{s^2 + \frac{R_1 + R_2}{R_1 R_2 C_2} + \frac{1}{R_1 R_2 C_1 C_2}} \quad (3.4)$$

³Se datablad for OP27G i bilag

Standardform

$$\frac{V_{out}(s)}{V_{in}(s)} = \frac{w_n^2}{s^2 + 2\zeta\omega_n s + w_n^2} \quad (3.5)$$

$$\omega_n = \sqrt{\frac{1}{R_1 R_2 C_1 C_2}} \quad (3.6)$$

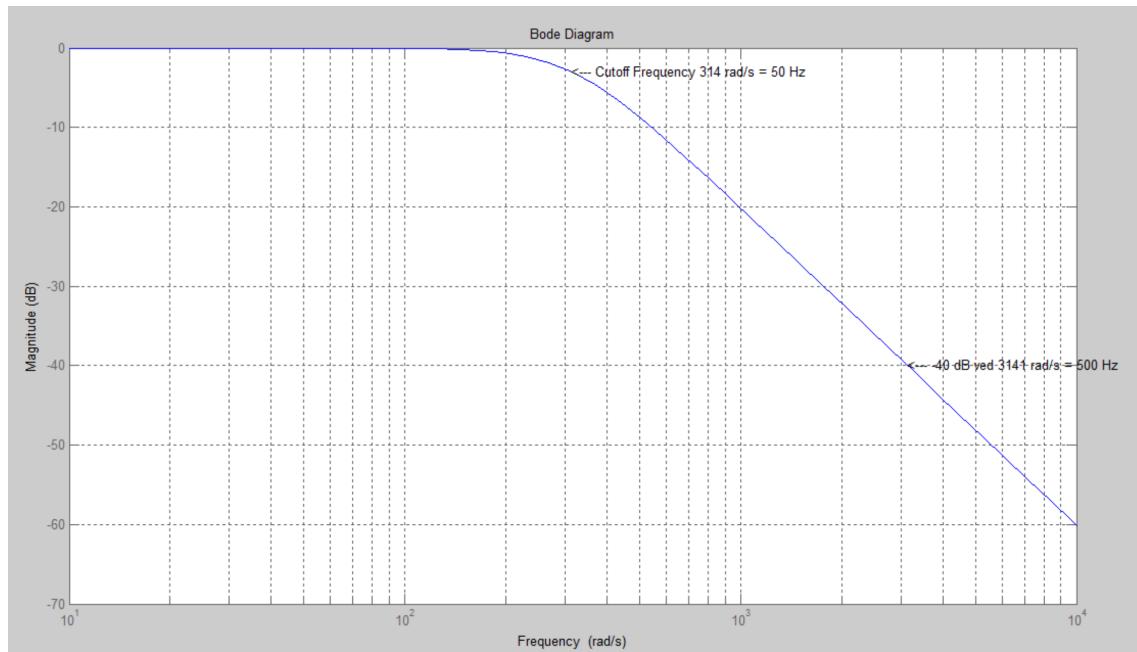
Kondensatoren, C2, skal være 680 nF og kondensatoren, C1, bestemmes til 340 nF, da denne kondensator kunne realiseres ud fra det, der var til rådighed. Der benyttes en kondensator på 330 nF og 10 nF til den realisering. Modstandene R1 og R2 skal være samme værdi, $R = R_1 = R_2$

$$50 * 2\pi = \sqrt{\frac{1}{R * 340 * 10^{-9} * 680 * 10^{-9}}} \implies \text{Solve, } R \implies R = 6620\Omega \quad (3.7)$$

Ved realiseringen af de to modstande vælge $3k\Omega$ og $3.6k\Omega$.

Magnitude Bodeplot

Bodeplottet i Figur 3.3 viser, at ved -3 dB, hvor cutofffrekvensen befinner sig er frekvensen 50 Hz, som var et krav. Det ses også, at grafen er faldet med 40 dB en dekade efter, 500 Hz, som også var et krav.



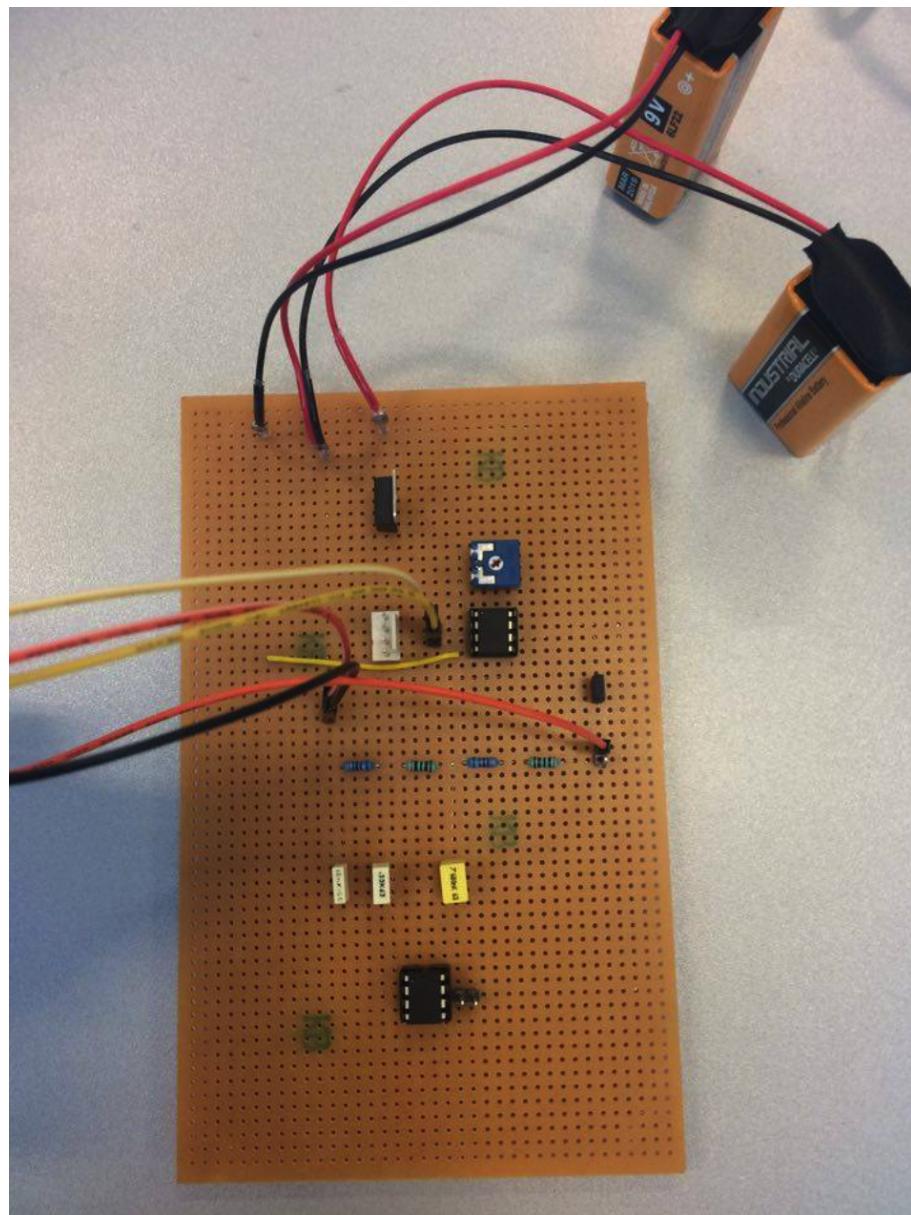
Figur 3.5: Magnitude Bodeplot Lavpasfilter

3.3 Test

Forstærkeren og filteret testes via Analog Discovery & Waveforms. De testes både hver for sig og sidst sammen som signalbehandlingsblok.

3.3.1 Test af forstærkerblok

Testopstillingen kan ses på Figur 3.4.



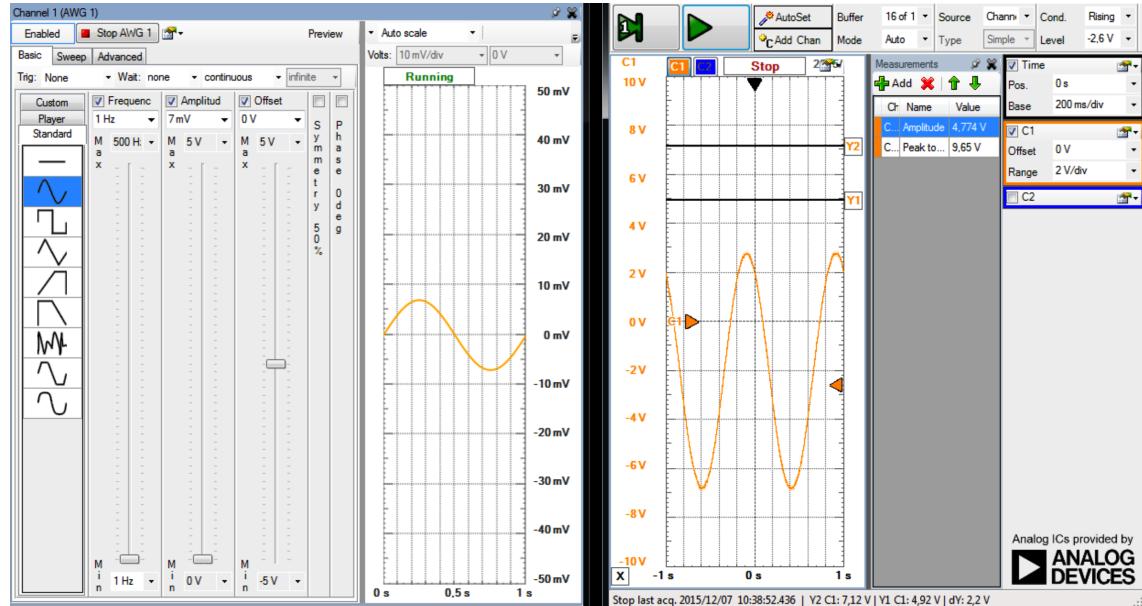
Figur 3.6: Testopstilling for forstærkeren

Der ønskes, at ved en indgangsspænding på 7,5 mV vil outputsspændingen være forstærket op til 5 V. Der kunne ikke påtrykkes en spænding på 7,5 mV, men istedet med 7 mV.

Outputsspændingen ved 7 mV er

$$7mV \cdot 666,667 = 4,7V \quad (3.8)$$

Dette ser, at være det samme, når man tester forstærkeren, se figur 3.5.

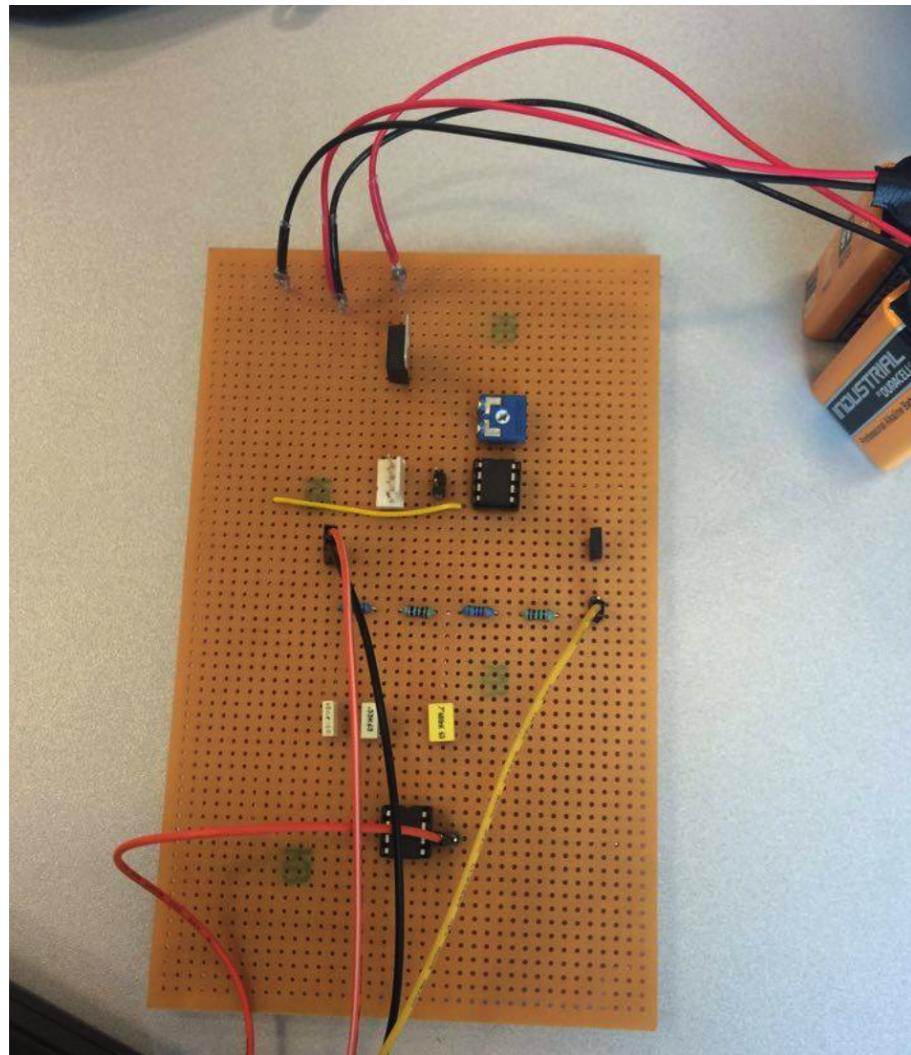


Figur 3.7: Forstærker respons ved 7 mV

3.3.2 Test af filterblok

Testen af filteret foretaget, hvor der påtrykkes en AC spænding på 5 V, hvor frekvensen varieres imellem 1 Hz, 50 Hz og 500 Hz.

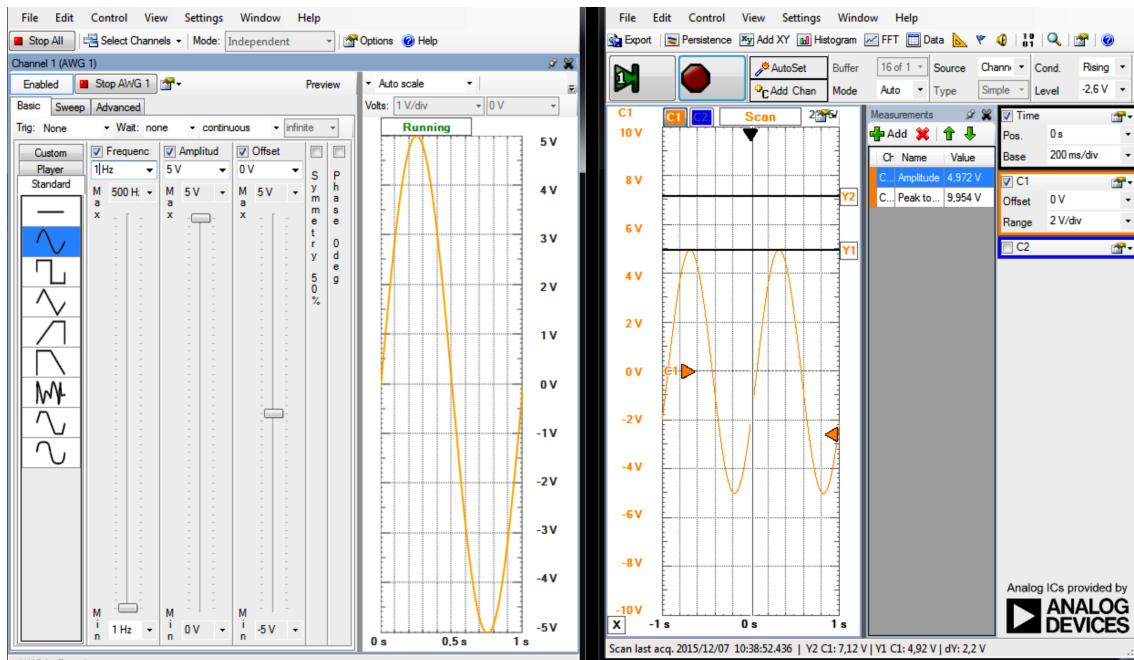
Testopstillingen ses på Figur 3.6.



Figur 3.8: Testopstilling af filteret

Channel 1 er indgangsspændingen og viser den varierende frekvens. Ændringen ses i venstre side af efterfølgende skærbilleder. Oscilloskopet mäter udgangsspændingen på filteret og resultatet vises i højre side af efterfølgende skærbilleder.

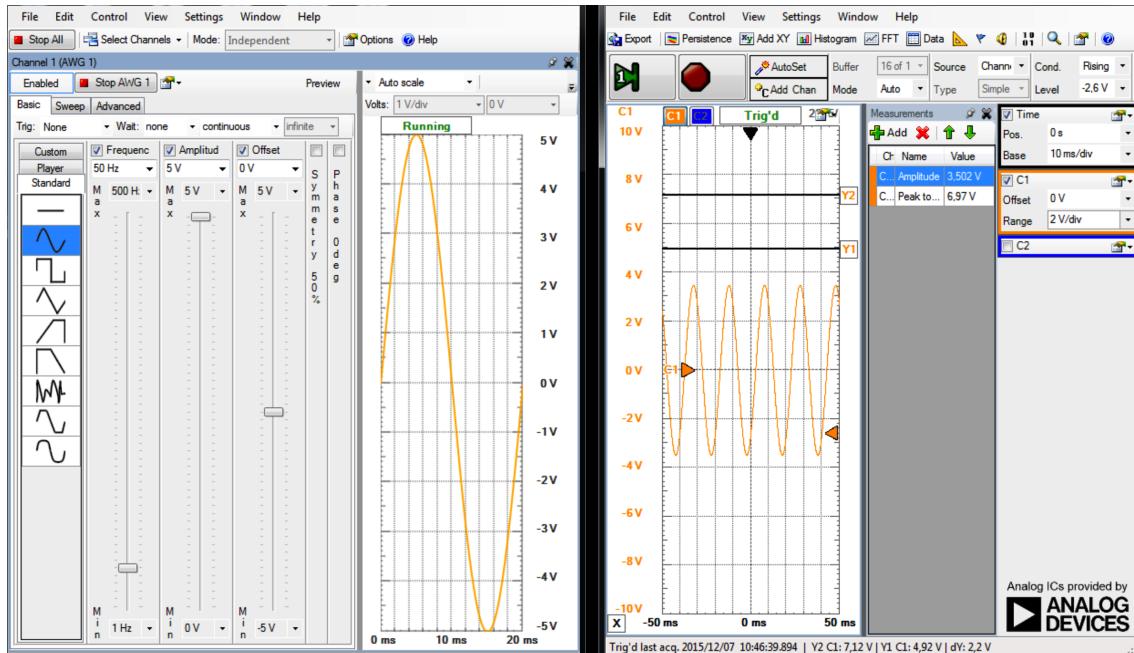
Filtering ved 1 Hz



Figur 3.9: Lavpasfilter respons 1 Hz

På figur 3.7 ses det, at indgangsspændingen og outputspændingen er den samme - 5 V ca. Dette er også det ønskede resultat, da filteret er et lavpasfilter, der er designet til at lukke de lave frekvenser igennem indtil 50 Hz.

Filtering ved 50 Hz



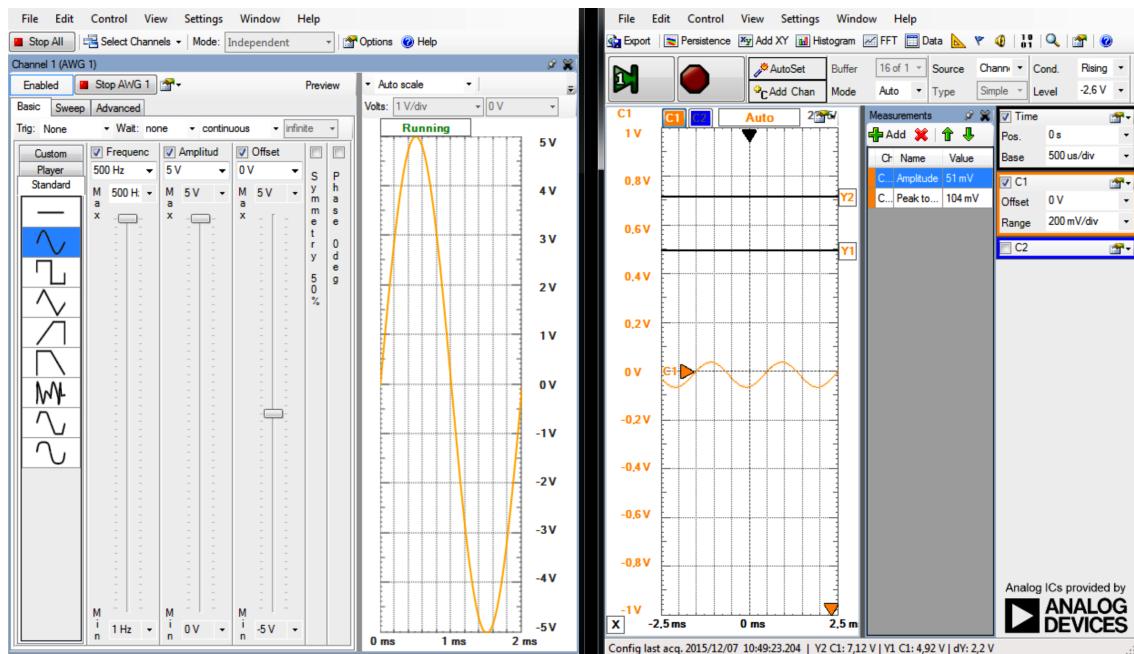
Figur 3.10: Lavpasfilter respons 50 Hz

Ved 50 Hz, som er filteret cutofffrekvens, skal indgangsspændingen være dæmpet med 3 dB efter filteringen. I ligningen (3.9) beregnes, hvad outputspændingen er efter en dæmpning med 3 dB.

$$3dB = 20 \cdot \log(x) \Rightarrow x = 0,707 \Rightarrow \text{outputs}pnding = 5V \cdot 0,707 \Rightarrow \text{outputs}pnding = 3,535V \quad (3.9)$$

På Figur 3.8 ses, at det i praksis er 3,502 V, hvilket der er acceptabelt.

Filtering ved 500 Hz



Figur 3.11: Lavpasfilter respons 500 Hz

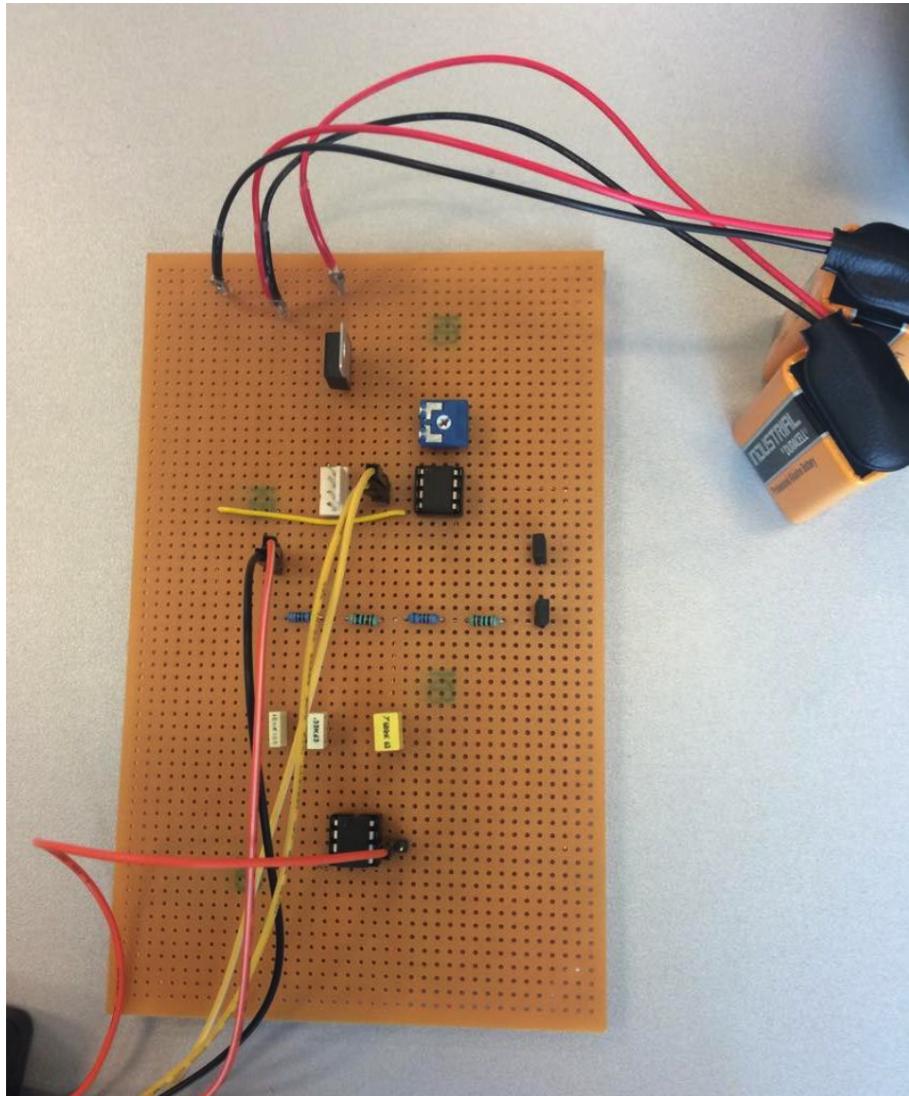
Her forventes, der en dæmpning med 40 dB, da det er et andenordens lavpasfilter, og 500 Hz er en dekade efter cutofffrekvensen. I ligning (3.10) ses beregningen, hvad outputspændingen er efter en dæmpning på 40 dB.

$$40dB = 20 \cdot \log(x) \Rightarrow x = 0,01 \Rightarrow \text{outputs}pnding = 5V \cdot 0,01 \Rightarrow \text{outputs}pnding = 0,05V \quad (3.10)$$

På Figur 3.9 ses, at det i praksis er 51 mV. Det omregnes til 0,051 V, hvilket er acceptabelt i forhold til teorien.

3.3.3 Test af signalbehandlingblok

Testopstillingen ses på Figur 3.10.



Figur 3.12: Testopstilling af signalbehandlingsblok

Der laves tre forskellige tests, hvor frekvensen varieres mellem 1 Hz, 50 Hz og 500 Hz. Indgangsspændingen er i alle tests 13 mV.

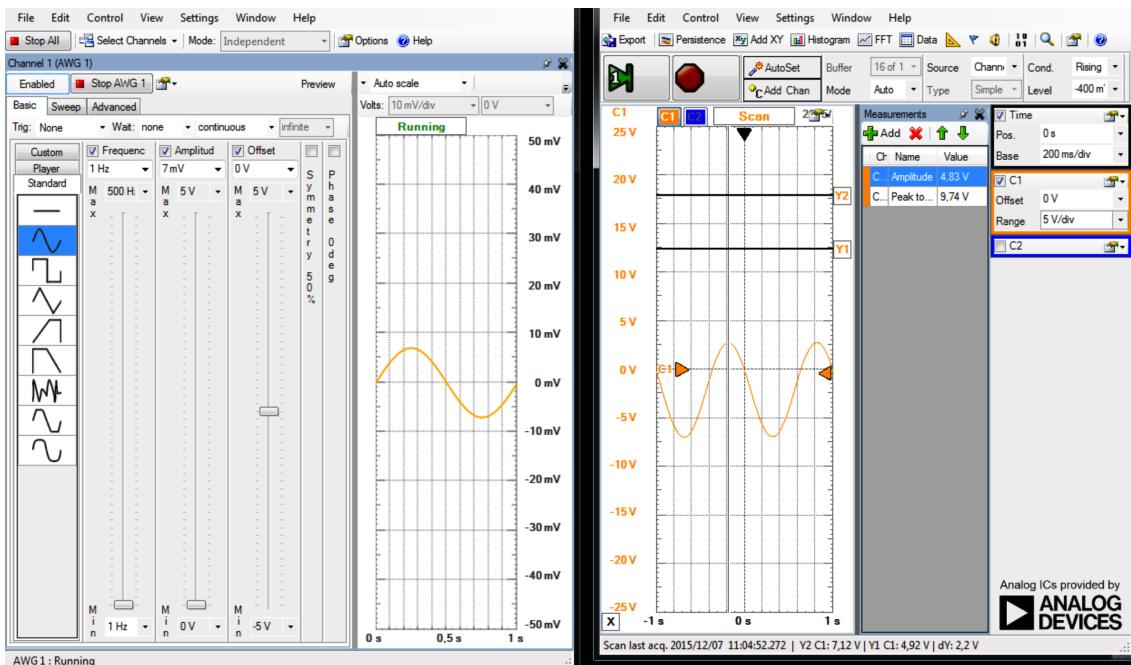
Test ved 1 Hz

På Figur 3.11 ses resultatet ved 1 Hz. Der forventes, at forstærkeren har forstærket signalet op til 5 V samt at filteret ikke har påvirket outputtet, da frekvensen er under 50 Hz, som er filteret cutoffrekvens.

I praksis er det lig med 4,83 V - hvilket er acceptabelt.

3.3. Test

ASE

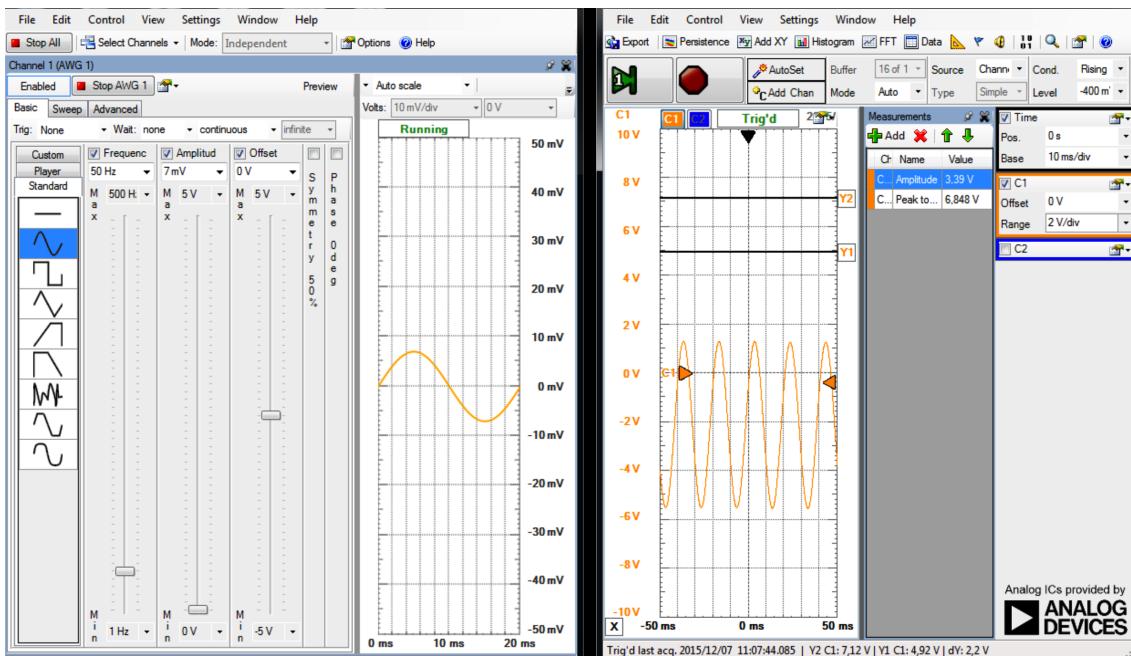


Figur 3.13: Signalbehanlding respons 1 Hz

Test ved 50 Hz

På Figur 3.12 ses resultatet ved 50 Hz. Der forventes, at forstærkeren har forstørret signalet op til 5 V samt at filteret har dæmpet outputspændingen med 3 dB, så outputspændingen er lig med 3,535 V.

I praksis er det lig med 3,39 V - hvilket er acceptabelt.

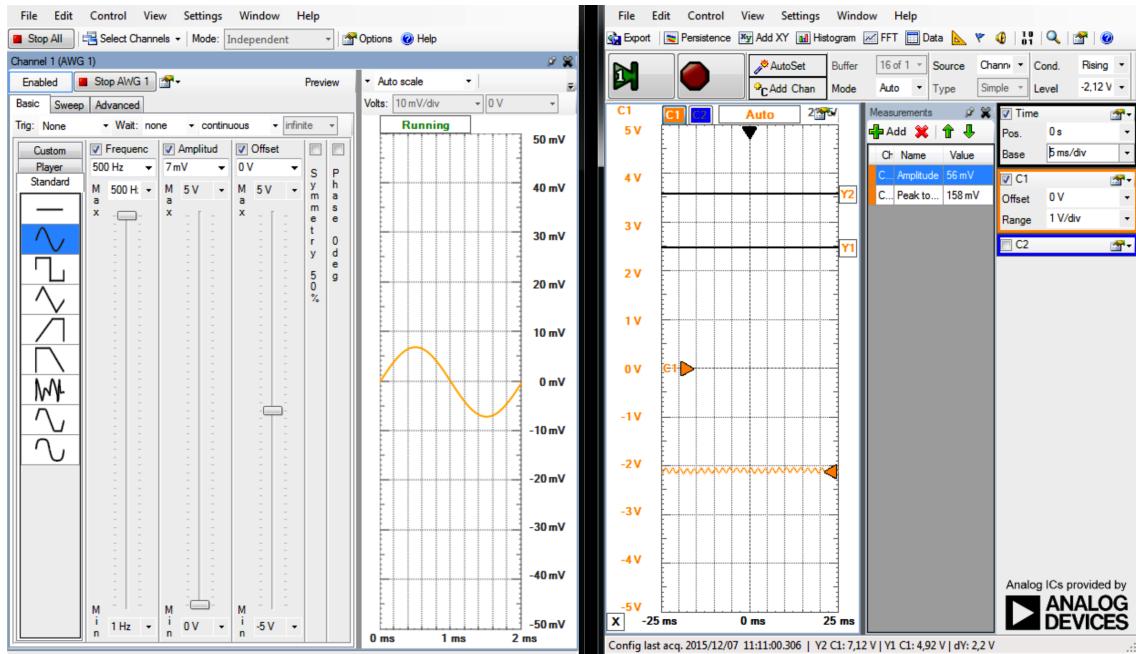


Figur 3.14: Signalbehanlding respons 50 Hz

Test ved 500 Hz

På Figur 3.13 ses resultatet ved 500 Hz. Der forventes, at forstærkeren har forstørret signalet op til 5 V samt at filteret har dæmpet outputspændingen med 40 dB, så outputspændingen er lig med 0,05 V.

I praksis er det lig med 0,056 V - hvilket er acceptabelt.



Figur 3.15: Signalbehandling respons 500 Hz

SW implementering og test 4

Accepttest 5

Versionshistorik

| Version | Dato | Ansvarlig | Beskrivelse |
|---------|------------|-----------|--------------------------------|
| 1.0 | 30-09-2015 | Alle | Første udkast. Klar til Review |
| 2.0 | 08-10-2015 | Alle | Rettelser efter review møde |
| 3.0 | 08-12-2015 | Alle | Rettelse efter ændringer i UC |

5.1 Accepttest af Use Cases

5.1.1 Use Case 1

Kalibrér

| Test | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|--|---|---|----------|
| <i>Hovedforløb</i> | | | |
| 1. Start system | Kalibrering-vinduet og seneste kalibreringstidspunkt vises | Kalibrering-vinduet og seneste kalibreringstidspunkt vises | ✓ |
| 2. Indtast kalibreringsdata og tryk på "Beregn"-knap | Der er indtastet kalibreringsdata i de forskellige tekstdokumenter og stigningenstabellen for hvor mange mmHg/V udskrives i Kalibrering-vinduet | Der er indtastet kalibreringsdata i de forskellige tekstdokumenter og stigningenstabellen for hvor mange mmHg/V udskrives i Kalibrering-vinduet | ✓ |
| 3. Tryk på "OK"-knap for at udføre kalibrering | System kalibrerer og bekræfter fuldført kalibrering | System kalibrerer og bekræfter fuldført kalibrering | ✓ |
| <i>Undtagelse</i> | | | |

| | | | | |
|-----|--|---|---|---|
| 2.a | Tryk på det røde kryds øverst i højre hjørne, hvis kalibrering ikke ønskes | Kalibrering-vinduet lukkes ned | Kalibrering-vinduet lukkes ned | ✓ |
| 2.b | Indtast ugyldige kalibreringsdata | System informerer om ugyldige kalibrerings-data | System informerer om ugyldige kalibrerings-data | ✓ |

Tabel 5.2: Accepttest af Use Case 1.

5.1.2 Use Case 2

Vis måling med digitalt filter

| Test | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|---|---|---|----------|
| <i>Hovedforløb</i> | | | |
| 1. Udfør Use Case 1 og observér Monitor-vinduet | Det filtrerede blodtryksignal samt systole-, diastole- og pulsværdier udskrives i Monitor-vinduet | Det filtrerede blodtryksignal samt systole-, diastole- og pulsværdier udskrives i Monitor-vinduet | ✓ |
| <i>Undtagelse</i> | | | |

Tabel 5.3: Accepttest af Use Case 2.

5.1.3 Use Case 3

Nulpunktsjustér

| Test | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|-------------------------------------|--------------------------|--------------------------|----------|
| <i>Hovedforløb</i> | | | |
| 1. Tryk på "Nulpunktjustér"-knappen | System nulpunktsjusterer | System nulpunktsjusterer | (✓) |

| | | | | |
|----|------------------------------------|---|---|-----|
| | | | | |
| 2. | Observér kurven og Monitor-vinduet | Værdien af kurven er lig 0 samt tidsstempel for seneste nulpunktjustering vises i Monitor-vinduet | Værdien af kurven er lig 0 samt tidsstempel for seneste nulpunktjustering vises i Monitor-vinduet | (✓) |
| 3. | Observér Monitor-vinduet | Tidsstempel for nulpunktjustering vises | Tidsstempel for nulpunktjustering vises | (✓) |

Undtagelser

Tabel 5.4: Accepttest af Use Case 3.

5.1.4 Use Case 4

Deaktivér filter

| Test | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|---|--|--|----------|
| <i>Hovedforløb</i> | | | |
| 1. Markér "Off"-knap under "Filter" i Monitor-vinduet | Digital filter deaktiveres | Digital filter deaktiveres | ✓ |
| 2. Observér blodtrykssignalen | Det ufiltrerede blodtrykssignal udskrives i Monitor-vindue | Det ufiltrerede blodtrykssignal udskrives i Monitor-vindue | ✓ |

Undtagelser

Tabel 5.5: Accepttest af Use Case 4.

5.1.5 Use Case 5

Aktivér filter

| Test | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|--------------------|--------------------|------------------------|----------|
| <i>Hovedforløb</i> | | | |

| | | | |
|--|--|--|---|
| 1. Markér "On"-knap under "Filter" i Monitor-vinduet | Digitalt filter aktiveres | Digitalt filter aktiveres | ✓ |
| 2. Observér blodtrykssignalen | Det filtrerede blodtrykssignal udskrives i Monitor-vinduet | Det filtrerede blodtrykssignal udskrives i Monitor-vinduet | ✓ |

Undtagelser

Tabel 5.6: Accepttest af Use Case 5.

5.1.6 Use Case 6

Gem måling

| Test | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|---|---|---|----------|
| <i>Hovedforløb</i> | | | |
| 1. Indtast ønsket optagelseslængde for målingen | Optagelseslængden ændres | Optagelseslængden ændres | ✓ |
| 2. Tryk på "Rec"-knap | Optagelse af måling igangsættes og nedtælling vises | Optagelse af måling igangsættes og nedtælling vises | ✓ |
| 3. Vent til optagelseslængden er nået | Optagelse af måling stoppes | Optagelse af måling stoppes | ✓ |
| 4. Tryk på "Gem"-knap | Gem-vinduet åbnes | Gem-vinduet åbnes | ✓ |
| 5. Indtast oplysninger om målingen | Tekstboksene er blevet udfyldt | Tekstboksene er blevet udfyldt | ✓ |

| | | | | | |
|----|-------------------|------|---|---|---|
| 6. | Tryk på "OK"-knap | | System gemmer målingen, og det er ikke muligt at trykke på andre knapper end det røde kryds øverst i højre hjørne | System gemmer målingen, og det er ikke muligt at trykke på andre knapper end det røde kryds øverst i højre hjørne | ✓ |
| 7. | Observér vinduet | Gem- | Det fremgår af Gemvinduet, at målingen er gempt og der tjekkes i Databasen om målingen er gempt | Det fremgår af Gemvinduet, at målingen er gempt og der tjekkes i Databasen om målingen er gempt | ✓ |

Undtagelser

| | | | | |
|-----|--|--|--|---|
| 1.a | Ændre ikke optagelseslængden | Den tidlige optagelseslængde ændres ikke og der kan forsættes fra punkt 2 i UC 6 | Den tidlige optagelseslængde ændres ikke og der kan forsættes fra punkt 2 i UC 6 | ✓ |
| 3.a | Stop optagelse af måling inden optagelseslængden er nået | Optagelse stopper og kan gemmes efter ønske | Optagelse stopper og kan gemmes efter ønske | ✓ |

Tabel 5.7: Accepttest af Use Case 6.

5.2 Accepttest af ikke-funktionelle krav

| Ikke-funktionelt krav | Test/handling | Forventet resultat | Faktiske observationer | Godkendt |
|------------------------------|---|--|--|----------|
| <i>Functionality</i> | | | | |
| System skal kunne kalibreres | Indtast gyldige kalibreringsdata. Tryk på "Beregn"-knap efterfulgt af "OK"-knap | System kalibrerer og udskriver tidsstempel i Kalibrering-vinduet | System kalibrerer og udskriver tidsstempel i Kalibrering-vinduet | ✓ |

| | | | | |
|---|---|---|---|---|
| System skal kunne vise et kontinuert blodtryksignal i Monitor-vinduet | Observér Monitor-vinduet | I Monitor-vinduet vises et kontinuert blodtrykssignal | I Monitor-vinduet vises et kontinuert blodtrykssignal | ✓ |
| System skal kunne vise systole-, diastole- og puls værdier med op til tre cifre | Observér Monitor-vinduet | Monitor-vinduet indeholder systole-, diastole- og puls værdier med op til tre cifre | Monitor-vinduet indeholder systole-, diastole- og puls værdier med op til tre cifre | ✓ |
| System skal kunne vise et blodtrykssignal med og uden et digitalt filter | Markér "On" og "Off"-knap og Observér Monitor-vinduet | Monitor-vinduet viser et blodtrykssignal med eller uden digitalt filter | Monitor-vinduet viser et blodtrykssignal med eller uden digitalt filter | ✓ |
| System skal kunne nulpunktsjustere kurven | Tryk på "Nulpunktjustér"-knap og observér Monitor-vinduet | Kurvens værdi er lig 0 | Kurvens værdi er lig 0 | ✓ |
| System skal kunne gemme en blodtryksmåling i en database | Der trykkes på "Gem"-knap i Monitor-vinduet, og der indtastes gyldige værdier i Gem-vinduet og trykkes på "OK"-knap | System gemmer data i en database og udskriver stempel for gemt data i Gem-vinduet | System gemmer data i en database og udskriver stempel for gemt data i Gem-vinduet | ✓ |

Usability

| | | | | |
|---|---|---|---|---|
| Kalibrering-vinduet skal indeholde tekstbokse til indtastning af kalibreringsdata | Der ses i kalibrering-vinduet, om der er tekstbokse til indtastning af kalibreringsdata | Der er tekstbokse til indtastning af kalibreringsdata i Kalibrering-vinduet | Der er tekstbokse til indtastning af kalibreringsdata i Kalibrering-vinduet | ✓ |
| Kalibrering-vinduet skal indeholde en "Beregn"-knap | Der ses i Kalibrering-vinduet, om der er en "Beregn"-knap | Der er en "Beregn"-knap i Kalibrering-vinduet | "Beregn"-knap i Kalibrering-vinduet | ✓ |
| Kalibrering-vinduet skal indeholde en "OK"-knap | Der ses i Kalibrering-vinduet, om der er en "OK"-knap | Der er en "OK"-knap i Kalibrering-vinduet | "OK"-knap i Kalibrering-vinduet | ✓ |
| Kalibrering-vinduet skal indeholde et tidsstempel for seneste kalibrering | Der ses i Kalibrering-vinduet, om der er et tidsstempel for seneste kalibrering | Der er et tidsstempel for seneste kalibrering i Kalibrering-vinduet | Der er et tidsstempel for seneste kalibrering i Kalibrering-vinduet | ✓ |
| Monitor-vinduet skal indeholde en "Gem"-knap | Der ses i Monitor-vinduet, om der er en "Gem"-knap | Der er en "Gem"-knap i Monitor-vinduet | Der er en "Gem"-knap i Monitor-vinduet | ✓ |
| Monitor-vinduet skal indeholde en "Nulpunktsjustér"-knap | Der ses i Monitor-vinduet, om der er en "Nulpunktsjustér"-knap | Der er en "Nulpunktsjustér"-knap i Monitor-vinduet | "Nulpunktsjustér"-knap i Monitor-vinduet | ✓ |

| | | | | |
|--|--|---|---|---|
| Monitor-vinduet skal indeholde et tidsstempel for seneste nulpunktsjustering | Der ses i Monitor-vinduet, om der er et tidsstempel for seneste nulpunktsjustering | Der er et tidsstempel for seneste nulpunktsjustering i Monitor-vinduet | Der er et tidsstempel for seneste nulpunktsjustering i Monitor-vinduet | ✓ |
| Monitor-vinduet skal indeholde to radiobuttons til aktivering og deaktivering af digitalt filter | Der ses i Monitor-vinduet, om der er to radiobuttons til aktivering og deaktivering af digitalt filter | Der er to radio-buttons til aktivering og deaktivering af digitalt filter i Monitor-vinduet | Der er to radio-buttons til aktivering og deaktivering af digitalt filter i Monitor-vinduet | ✓ |
| Monitor-vinduet skal indeholde en tekstboks til ændring af optagelseslængde | Der ses i Monitor-vinduet, om der er en tekstboks til ændring af optagelseslængde | Der er en tekstsælængde i Monitor-vinduet | Der er en tekstsælængde i Monitor-vinduet | ✓ |
| Monitor-vinduet skal indeholde en "Rec"-knap/"Stop"-knap | Der ses i Monitor-vinduet, om der er en "Rec"-knap/"Stop"-knap | Der er en "Rec"-knap/"Stop"-knap i Monitor-vinduet | Der er en "Rec"-knap/"Stop"-knap i Monitor-vinduet | ✓ |
| Gem-vinduet skal indeholde tekstdokse til indtastning af oplysninger om målingen | Der ses i Gem-vinduet, om der er tekstdokse til indtastning af oplysninger om målingen | Der er tekstdokse til indtastning af oplysninger om målingen i Gem-vinduet | Der er tekstdokse til indtastning af oplysninger om målingen i Gem-vinduet | ✓ |
| Gem-vinduet skal indeholde en "OK"-knap | Der ses i Gem-vinduet, om der er en "OK"-knap | Der er en "OK"-knap i Gem-vinduet | Der er en "OK"-knap i Gem-vinduet | ✓ |

Det skal være muligt at aflæse systole-, diastole- og pulsværdier på Monitor-vinduet fra 2 meters afstand med normalt syn

Der testes på 5 personer af forskellige aldre med en syns-styrke på +/- 0,25, som placeres 2 meter fra Monitor-vinduet

Det er muligt for de 5 personer at aflæse systole-, diastole- og pulsværdier på 2 meters afstand

Det er muligt for de 5 personer at aflæse systole-, diastole- og pulsværdier på 2 meters afstand



Reliability

Systemet skal ikke testbar have en effektiv MTBF på 99 timer og MTTR på 20 minutter

Performance

Blodtrykssignalet skal vises maksimalt 5 sekunder efter, UC1 er afsluttet

UC1 afsluttes samtidig med, at et stopur startes på en iPhone 5s.

Når blodtryks-signalet vises, stoppes uret

Blodtrykssignalet vises indenfor de 5 sekunder

Blodtrykssignalet vises indenfor de 5 sekunder



Systemet skal vise en kurve for blodtryksmålingen, hvor y-aksen er mmHg og x-aksen er tid i sekunder

Der ses på Monitor-vinduet, om y-aksen er mmHg og x-aksen er tid i sekunder

Blodtrykssignalets y-akse er mmHg og x-aksen er tid i sekunder

Blodtrykssignalets y-akse er mmHg og x-aksen er tid i sekunder



Systemet skal kunne måle blodtryksværdier fra 0 til 300 mmHg

Trykket simuleres op til 300 mmHg

Det ses i Monitor-vinduet at trykket er ca. 300 mmHg

Det ses i Monitor-vinduet at trykket er ca. 300 mmHg



| | | | | |
|--|--|---|---|---|
| Blodtrykssignalet vises kontinuerligt over et interval af fire sekunder af gangen | Der ses på Monitor-vinduet, om blodtrykssignalet vises kontinuerligt over et interval af fire sekunder af gangen | Blodtrykssignalet vises kontinuerligt over et interval af fire sekunder af gangen | Blodtrykssignalet vises kontinuerligt over et interval af fire sekunder af gangen | ✓ |
| Blodtrykssignalet vises via en rød kurve | Der ses på Monitor-vinduet, om blodtrykssignalet vises via en rød kurve | Blodtrykssignalet vises via en rød kurve | Blodtrykssignalet vises via en rød kurve | ✓ |
| Y-aksen varierer efter blodtrykssignalets maksimum- og minimumsværdier | Der ses på Monitor-vinduet, om blodtrykssignalets maksimum- og minimumsværdier vises | Blodtrykssignalets maksimum- og minimumsværdier vises | Blodtrykssignalets maksimum- og minimumsværdier vises | ✓ |
| <i>Supportability</i> | | | | |
| Softwareen skal opbygges efter trelagsmodellen | Der kigges i koden efter datalag, logik-lag og GUI-lag | Data-lag, logik-lag og GUI-lag er at finde i koden | Data-lag, logik-lag og GUI-lag er at finde i koden | ✓ |
| <i>Andet(+)</i> | | | | |
| Der skal være adgang til en computer med Windows 7 eller nyere – computeren skal have minimum 4 GB RAM | Der ses, om der er installeret Windows 7 eller nyere, og om der er minimum 4 GB RAM | Det ses, at der er installeret Windows 7 eller nyere, og om der er minimum 4 GB RAM | Det ses, at der er installeret Windows 7 eller nyere, og om der er minimum 4 GB RAM | ✓ |

| | | | | |
|--|--|--|--|---|
| Der skal være adgang til computer, hvor National Instruments er installeret | Der ses, om der er installeret National Instruments på computeren | Det ses, at der er installeret National Instruments på computeren | Det ses, at der er installeret National Instruments på computeren | ✓ |
| <i>Interface</i> | | | | |
| Blodtryksdiagrammet skal fylde minimum 1/3 af Monitor-vinduet | Der ses, om blodtryksdiagrammet fylder minimum 1/3 af Monitor-vinduet | Blodtryksdiagrammet fylder minimum 1/3 af Monitor-vinduet | Blodtryksdiagrammet fylder minimum 1/3 af Monitor-vinduet | ✓ |
| | | | | |
| Baggrunden i Monitor-vinduet skal være mørk | Der ses i Monitor-vinduet, om baggrunden er mørk | Baggrunden i Monitor-vinduet er mørk | Baggrunden i Monitor-vinduet er mørk | ✓ |
| | | | | |
| Blodtrykssignal og værdier(systole og diastole) skal være røde, og puls skal være grøn | Der ses på Monitor-vinduet om blodtrykssignal og værdier(systole og diastole) er røde, og om puls er grøn | Blodtrykssignal og værdier(systole og diastole) er røde, og puls er grøn | Blodtrykssignal og værdier(systole og diastole) er røde, og puls er grøn | ✓ |
| | | | | |
| Systolisk og dia-stolisk blodtryk skal fremhæves øverst i ihøjre hjørne ved større skriftstørrelse end andre værdier i Monitor-vinduet (fx værdier på akserne) | Der ses i Monitor-vinduet, om det systoliske og det diastoliske blodtryk er fremhævet ved større skriftstørrelse end andre værdier i Monitor-vinduet | Det ses i Monitor-vinduet, at det systoliske og det diastoliske blodtryk er fremhævet ved større skriftstørrelse end andre værdier i Monitor-vinduet | Det ses i Monitor-vinduet, at det systoliske og det diastoliske blodtryk er fremhævet ved større skriftstørrelse end andre værdier i Monitor-vinduet | ✓ |

Tabel 5.8: Accepttest af Ikke-funktionelle krav

