

Föreläsning 16: Filter

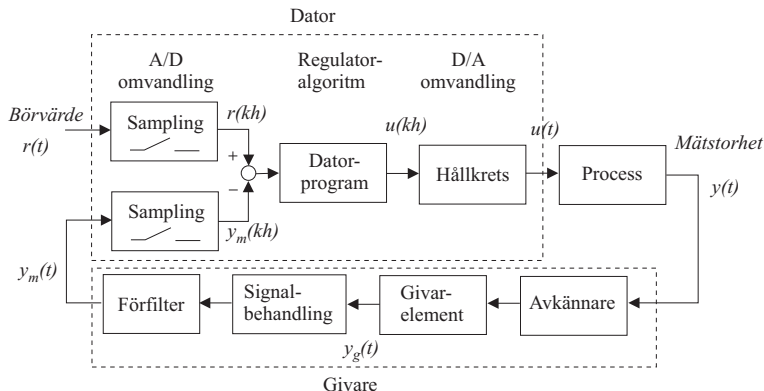
- ▶ Analoga filter
- ▶ Filterdesign
- ▶ Digital realisering
- ▶ Tidsdiskreta filter
- ▶ Aliasing

Lärandemål:

- ▶ Dimensionera vanliga typer av filter beroende på vilket frekvenssvar som önskas.
- ▶ Implementera enkla regulatorer med dator, förstå sampling och vikningseffekten.

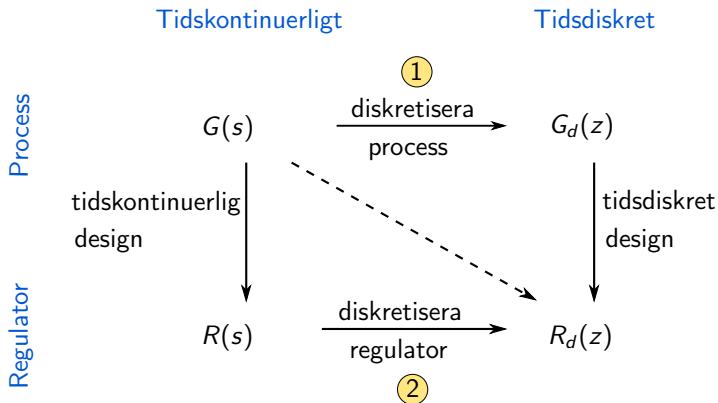
Repetition – datorimplementering av reglersystem

Ett reglersystem implementeras oftast med dator/mikrocontroller:



Repetition – diskretisering

Diskretisering kan göras på olika sätt:



Repetition – diskretisering forts.

Diskretisering av tillståndsmodell:

- ▶ Ger en tidsdiskret tillståndsmodell, som är en exakt beskrivning i samplingstidpunkterna
- ▶ Polerna avbildas enligt $z = e^{sh}$ (t ex VHP \rightarrow enhetscirkeln)
- ▶ Ett stabilt system förblir stabilt efter tidsdiskretiseringen

De enkla diskretiseringsmetoderna (Euler, Tustin) kan ses som approximationer av relationen $z = e^{sh}$:

$$z = e^{sh} \approx 1 + sh \Rightarrow s = \frac{1}{h}(z - 1)$$

$$z = e^{sh} = \frac{1}{e^{-sh}} \approx \frac{1}{1 - sh} \Rightarrow s = \frac{1}{h}(1 - z^{-1})$$

$$z = e^{sh} = \frac{e^{sh/2}}{e^{-sh/2}} \approx \frac{1 + sh/2}{1 - sh/2} \Rightarrow s = \frac{2}{h} \frac{z - 1}{z + 1} = \frac{2}{h} \frac{1 - z^{-1}}{1 + z^{-1}}$$

Tustins approximation har en intressant egenskap. Trots att den fås genom en approximation av $z = e^{sh}$, så avbildas stabila poler på stabila, tidsdiskreta poler (och instabila på instabila).

Filter-tillämpningar

- ▶ Reducera brus i signaler
- ▶ Spektral omformning i kommunikationssystem
- ▶ Signaldetektering i radar, telekommunikation mm
- ▶ Spektralanalys för exempelvis talsignaler
- ▶ Komponenter i reglersystem

Ett filters utsignal vid tidpunkten t , $y(t)$, beror i allmänhet av insignalens ($x(\cdot)$) värden fram till och med tidpunkten τ :

$$y(t) = y(x(s), s \leq \tau)$$

Man brukar skilja mellan följande fall:

$\tau = t$: filtrering

$\tau < t$: prediktion

$\tau > t$: glättning (smoothing)

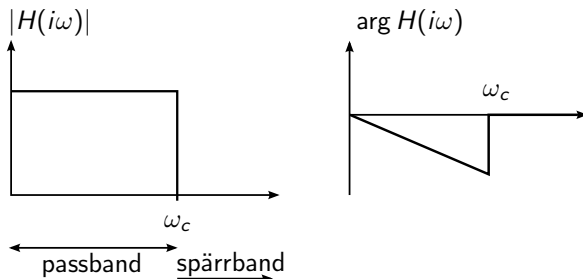
Det ideala lågpasfiltret

Distorsionsfri filtrering beskrivs av frekvensfunktionen

$$H(i\omega) = \frac{Y(\omega)}{X(\omega)} = Ce^{-i\omega t_0}$$

Det *ideala lågpasfiltret* karakteriseras av:

- ▶ Distorsionsfri överföring inom *passbandet* $-\omega_c \leq \omega \leq \omega_c$
- ▶ Ingen överföring alls utanför passbandet (dvs inom *spärrbandet*)



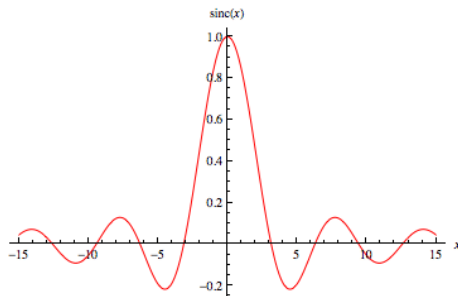
Det ideala lågpasfiltret

Frekvensfunktionen för det ideala lågpasfiltret:

$$H(i\omega) = \begin{cases} e^{-i\omega t_0}, & |\omega| \leq \omega_c \\ 0, & |\omega| > \omega_c \end{cases}$$

Filtrets impulssvar:

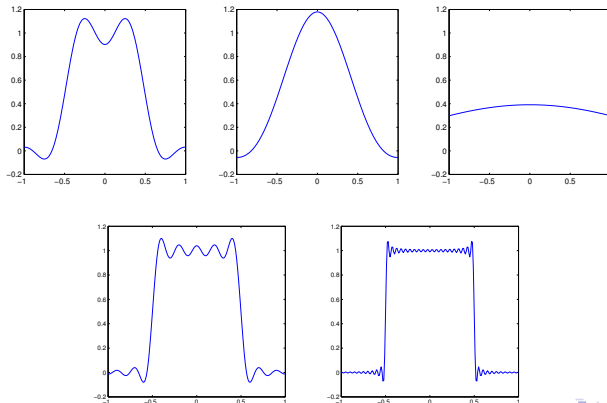
$$h(t) = \frac{\omega_c}{\pi} \operatorname{sinc}\left(\frac{\omega_c}{\pi}(t - t_0)\right); \quad \operatorname{sinc} x = \frac{\sin \pi x}{\pi x}$$



Exempel: filtrering av fyrkantspuls

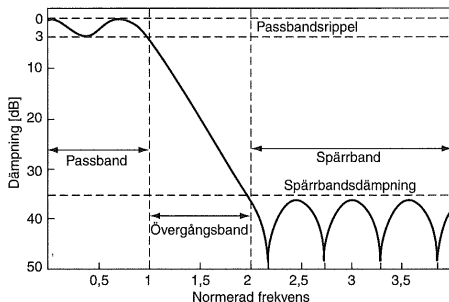
$$x(t) = \begin{cases} 1, & |t| \leq T_0/2 \\ 0, & |t| > T_0/2 \end{cases}$$

Nedan visas utsignalen $y(t)$ för $T_0 = 1$, $t_0 = 0$ samt för olika värden på ω_c ($\omega_c = 4\pi, 2\pi, 0.4\pi$ i den övre raden, samt $\omega_c = 10\pi, 40\pi$ i den undre).



Design av lågpasfilter

Lågpasfiltret specificeras genom krav i *passbandet* $0 \leq \omega \leq \omega_p$ respektive *spärrbandet* $\omega \geq \omega_s$:



Med toleransparametrarna ϵ (*ripple* i passbandet) och δ (*dämpningen*) kan kraven sammanfattas enligt följande:

$$1 - \epsilon \leq |H(i\omega)| \leq 1, \quad 0 \leq |\omega| \leq \omega_p$$
$$|H(i\omega)| \leq \delta, \quad |\omega| \geq \omega_s$$

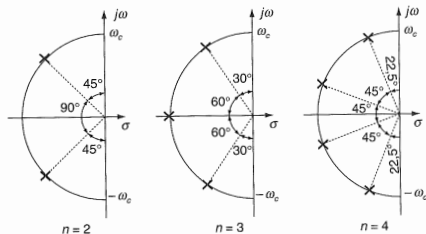
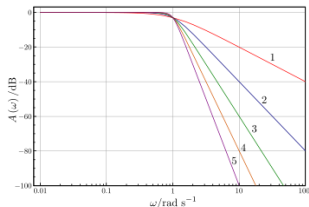
Butterworthfiltret

Butterworthfiltret av ordning n och brytfrekvens (*cut-off frequency*) ω_c :

$$|H(i\omega)|^2 = \frac{1}{1 + \left(\frac{\omega}{\omega_c}\right)^{2n}}$$

Filtrets poler:

$$p_k = \omega_c \cdot e^{i(\pi/2 + \pi/(2n) + \pi(k-1)/n)}, \quad k = 1, 2, \dots, n$$



Transformation av LP-filtret

Från LP-filtret kan andra typer av filter fås genom enkla transformationer:

$$\text{LP} \rightarrow \text{LP} : s \rightarrow s/\omega_c$$

$$\text{LP} \rightarrow \text{HP} : s \rightarrow \omega_c/s$$

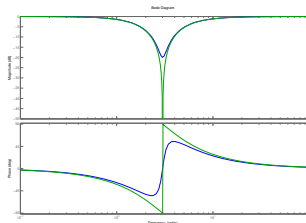
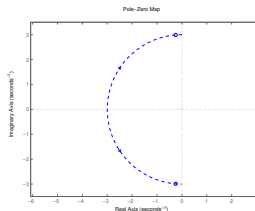
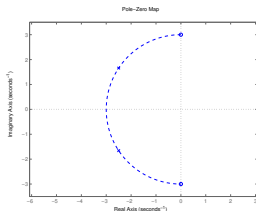
$$\text{LP} \rightarrow \text{BP} : s \rightarrow \frac{s^2 + \omega_L\omega_H}{s(\omega_H - \omega_L)} = \frac{s^2 + \omega_M^2}{Bs}$$

$$\text{LP} \rightarrow \text{BS} : s \rightarrow \frac{s(\omega_H - \omega_L)}{s^2 + \omega_L\omega_H} = \frac{Bs}{s^2 + \omega_M^2}$$

Exempel: BS- och notchfilter

$$H_{BS}(s) = \frac{s^2 + 9}{s^2 + 5s + 9}$$

$$H_{\text{notch}}(s) = \frac{s^2 + 0.5s + 9}{s^2 + 5s + 9}$$



Utgå från det analoga filtret med överföringsfunktionen $H_c(s)$. Transformationen till motsvarande tidsdiskreta filter $H(z)$ kan göras på olika sätt, t ex (h är samplingsintervallet):

$$s \rightarrow \frac{1 - z^{-1}}{h}$$

bakåtdifferens ("Euler bakåt")

$$s \rightarrow \frac{z - 1}{h}$$

framåtdifferens ("Euler framåt")

$$s \rightarrow \frac{2}{h} \frac{1 - z^{-1}}{1 + z^{-1}}$$

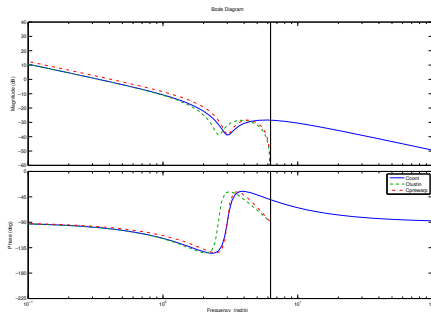
bilinjär eller Tustins transformation

Frequency warping

Användning av Tustins approximation ger en förvrängning (eng. *frequency warping*) av frekvensskalan, $\omega_c = \frac{2}{h} \tan(\frac{\omega_d h}{2})$.

Frequency prewarping används för att få bättre överensstämmelse runt $\omega = \omega_M$:

$$s \rightarrow \frac{\omega_M}{\tan(\frac{\omega_M h}{2})} \frac{1 - z^{-1}}{1 + z^{-1}}$$



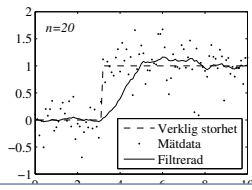
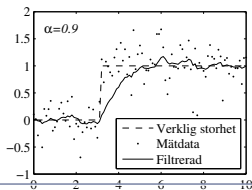
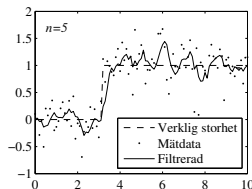
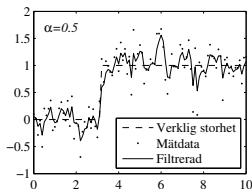
Tidsdiskreta filter

MA-filtret (eng. *moving average*, glidande medelvärde):

$$y(t) = \frac{1}{n}(x(t) + x(t-1) + \dots + x(t-n+1))$$

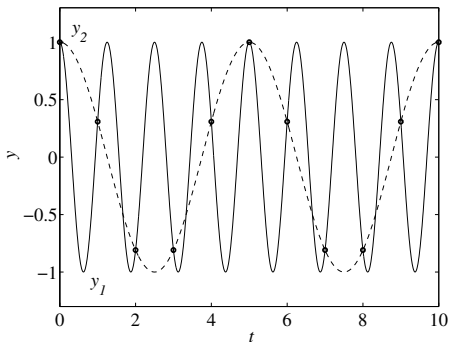
Exponentialfiltret är ett första ordningens filter med förstärkningen 1:

$$y(t) = \alpha y(t-1) + (1-\alpha)x(t)$$



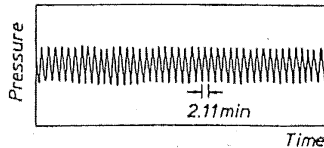
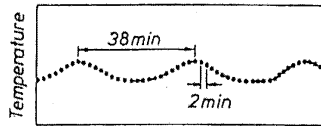
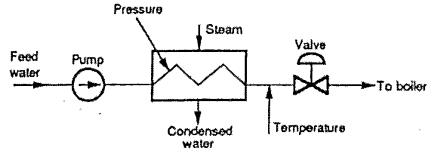
Vikningseffekten – aliasing

Vikningsfenomenet (eng. *aliasing*): Endast frekvenskomponenter upp till *Nyquist-frekvensen* $\omega_N = \frac{\pi}{h}$ kan urskiljas entydigt efter sampling.



Frekvenser högre än Nyquistfrekvensen måste filtreras bort *före* samplingen!

Exempel: aliasing



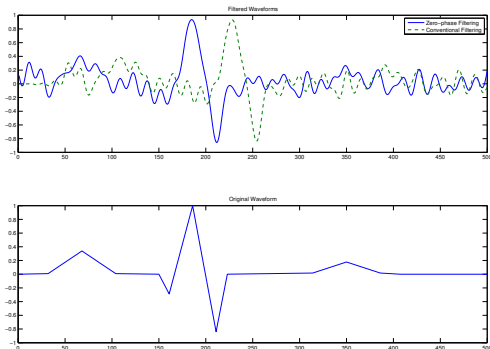
Nollfasfilter

Om mätdata sparas och är tillgängliga för bearbetning i efterhand (*post-processing*), så kan man använda *icke-kausala filter*.

Ett exempel på detta är *nollfas-filtret*, som ger en fasförskjutning som är 0:

1. Filtrera signalen som vanligt med ett LP-filter
2. Filtrera därefter den erhållna signalen *baklänges* i tiden

Figuren nedan visar hur en EKG-signal behandlats på detta sätt.



LYCKA TILL!