

Konnektivität im Gehirn Lutz Althüser, Tobias Frohoff-Hülsmann, Victor Kärcher, Lukas Splitthoff, Timo Wiedemann

NiMoNa 2016 08. Juni, 2016



Überblick

Motivation und Ziel

Die Modelle
Lineares Modell
Bilineraes Modell
Hämodynamisches Modell

Numerische Methoden Euler-Verfahren Runge-Kutta-Verfahren (4. Ordnung)

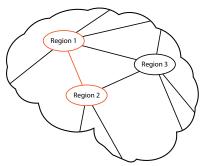
Numerische Simulation 2-Regionen-System

Literatur

```
from programs import RK4 as RK4
         from programs import Euler as RK1
         from programs import hemodynamicModel as HM
         from programs import bilinearModel as BM
          Parameter Beispiel 1
       t0 = 0.
       t = np.arange(t0,T+dt,dt)
                                     # Anfangszeit
                                    # Zeitschrittlaenge
      A = np.array([[-1.,0.,0.],
                                    # Zeitarray
                    [0.3,-1,0.2],
                    [0.6,0.,-1.]]) # Kopplung
      B1 = np.zeros((3,3))
    B2 = np.array([[0 , 0, 0 ], [0 , 0, 0.8]]
                                  # Induzierte Kopplung
         np.array([B1, B2])
                                 # Zusammenfassen der ind. Kopplung in ei
                                # Außerer Einfluss auf Hirnaktivität
                    (8), len(t)))
                               # Stimulus u1
  u[1,451:550] = 2.
 u[1,251:350] = 5.
 u[1, 691:910] = 2.
                               # Stimulus u2
                               # Stimulus u2
 # Anfangsbedingunden
                               # Stimulus u2
 x 0 = np.ones(15)
x_0[0:6] = 0.
# Zusammenfassen der Parameter für das "hemodynamicModel"
theta = np.array([A,B,C])
```



Einleitung in DCM - <u>Dynamic Causal Model</u>



Interaktion zwischen verschiedenen Hirnregionen

Konnektivität im Gehirn

Über die **Mathematische**Modellierung von Interaktionen
zwischen mehreren Regionen des
Gehirns.

Ziel

Das Aufstellen eines einfachen und realistischen neuronalen Modells aller interagierenden Gehirnregionen.



Einleitung in DCM - <u>Dynamic Causal Model</u>

[Hier ein nettes Bild]

Ziel

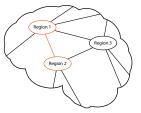
Das Aufstellen eines einfachen und realistischen neuronalen Modells aller interagierenden Gehirnregionen.

- ▶ Rückschlüsse auf die Verschaltung von Hirnregionen
- ► Einfluss der Veränderungen in der neuronalen Aktivität

Datengrundlage des DCM sind funktionelle Magnetresonanztomographien.



Lineares Modell



Vernetzung von Hirnregionen

u Inputs $\rightarrow z$ Outputs pro Hirnregion

Inputs

- direkten Input: Veränderung des neuronalen Zustands
- latenten Input: Veränderung der Vernetzung

utputs

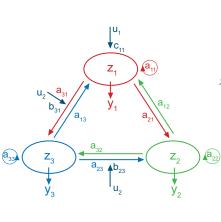
- ▶ neuronale Aktivität in der Hirnregion
- ▶ ...

$$\dot{z} = A + Cu$$

Matrix A: Konnektivitätsmatrix - Verschaltung der Hirnregionen Matrix C: Einfluss der Inputs auf die neuronale Aktivität einer Hirnregion



Bilineares Modell



Modell

- ▶ n verschiedene Gehirnregionen mit der Zustandsvariablen z_i mit i = 1, ..., n
- Aktivität durch vorgegebenes Eingangssignal bestimmt

$$\dot{z} = (A + \sum_{j} u_{j}B^{j})z + Cu$$

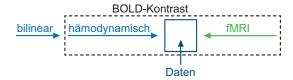
$$= \left\{ \begin{pmatrix} a_{11} & a_{12} & a_{13} \\ a_{21} & a_{22} & a_{23} \\ a_{31} & a_{32} & a_{33} \end{pmatrix} + u_{2} \begin{pmatrix} 0 & 0 & 0 \\ 0 & 0 & b_{23}^{(2)} \\ b_{2}^{(2)} & 0 & 0 \end{pmatrix} \right\} z$$

 u_1



Vergleichbarkeit

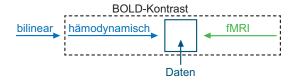
Bilineare Modell \Rightarrow Gehirnaktivitäten $z_i(t)$





Vergleichbarkeit

Bilineare Modell \Rightarrow Gehirnaktivitäten $z_i(t)$



Experiment (funktionelle MRT) \Rightarrow BOLD-Signal/Kontrast $y_i(t)$ \approx Sauerstoffgehalt der roten Blutkörperchen



Hämodynamisches Modell

4 biophysikalische Zustandsvariablen übermitteln $z_i(t) \rightarrow y_i(t)$:

 $s_i(t)$: Zusammenfassung mehrerer neurogener Signale

 $f_i^{in}(t)$: (sauerstoffreicher) Blutzufluss $v_i(t)$: Venenvolumen

 $q_i(t)$: Desoxyhämoglobinkonzentration

Biophysikalisch:

$$\begin{aligned} \dot{s}_{i} &= z_{i} - \kappa s_{i} - \gamma (f_{i}^{in} - 1) \\ \dot{f}_{i}^{in} &= s_{i} \\ \dot{v}_{i} &= \frac{1}{\tau} (f_{i}^{in} - f_{i}^{out}) = \frac{1}{\tau} (f_{i}^{in} - v_{i}^{1/\alpha}) \\ \dot{q}_{i} &= \frac{1}{\tau} (f_{i}^{in} E_{i} / \rho - v_{i}^{1/\alpha} q_{i} / v_{i}) \end{aligned}$$

$$y_i = V_0(k_1(1 - q_i) + k_2(1 - q_i/v_i) + k_3(1 - v_i))$$



Euler-Verfahren

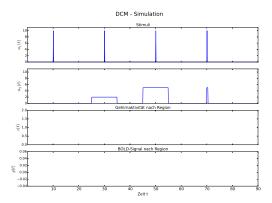
explizites Verfahren

Runge-Kutta-Verfahren (4. Ordnung)

Analyse der effektiven Konnektivität

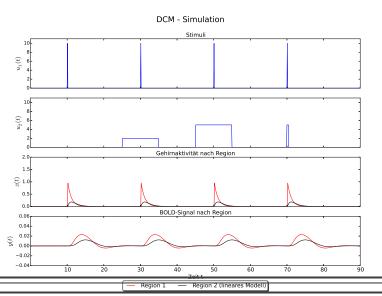


Simulation eines 2 Regionen Systems



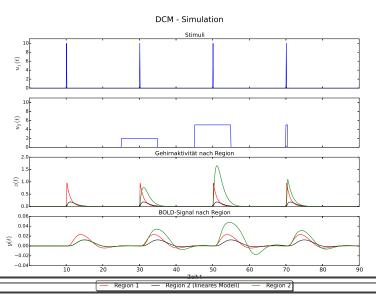


Simulation eines 2 Regionen Systems





Simulation eines 2 Regionen Systems





Literatur

ightharpoonup Dynamic causal modelling

K.J. Friston et al. / Neuro Image 0 (2003)

 $\verb|web.mit.edu/swg/ImagingPubs/connectivity/Dcm_Friston.pdf|$



Designfeatures

Hervorhebungen

Wenn man Dinge hervorheben möchte nutzt man entweder Fettdruck, kursive Schrift oder das Schlüsselwort älert". Auch ïtemizeUmgebungen werden von der Stilvorlage überschrieben:



Designfeatures

Hervorhebungen

Wenn man Dinge hervorheben möchte nutzt man entweder Fettdruck, kursive Schrift oder das Schlüsselwort älert". Auch ïtemizeUmgebungen werden von der Stilvorlage überschrieben:

- ► So wird sichergestellt,
- ▶ dass alle Elemente der Präsentation
- ▶ dieselbe Farbe nutzen.

Achtung!

Hier kommt Rot ins Spiel!

Beispie

Hier kommt Griin ins Spiel!