Построение оптимальной модели декодирования сигналов при моделировании нейрокомпьютерного интерфейса

Крюков М.А., Шеменев А.А., Латыпова Г.Р., Бородулин И.С., Борзилов А.В

Московский физико-технический институт

Курс: Машинное обучение Научный руководитель: Стрижов В.В. Консультант: Исаченко Р. Осень 2018

Цель исследования

Построить оптимальную систему декодирования сигнала электрокортикограммы (ECoG) с целью прогнозирования амплитуды сжатия и разжатия фаланг пальцев руки.

Проблема

Сигналы ECoG с нескольких электродов коррелированы, что приводит к переобучению моделей

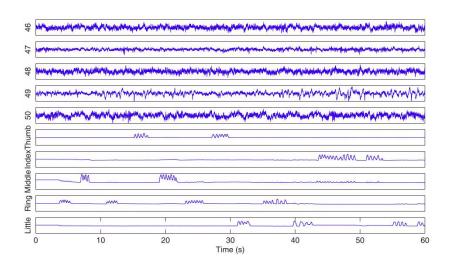
Причины корреляции:

- Одинаковая природа сигналов
- Зависимость переменных

Решение

Использование алгоритмов снижения размерности входных и **выходных** данных

Исходные данные



Литература

- Nanying Liang and Laurent Bougrain. Decoding finger flexion from band-specific ECoG signals in humans. Frontiers in Neuroprosthetics, June 2012
- Anastasia Motrenko and Vadim Strijov. Multi-way Feature Selection for ECoG-based Brain-Computer Interface. Expert Systems with Applications, July 2018
- Kai J. Miller and Gerwin Schalk. Prediction of Finger Flexion.
 4th Brain-Computer Interface Data Competition, June 2008
- Rémi Flamary and Alain Rakotomamonjy. Decoding finger movements from ECoG signals using switching linear models. Frontiers in Neuroscience, March 2012

Постановка задачи

Данные собираются в образец (D, Y)

$$\mathbf{D} \in \mathbb{R}^{M imes T imes F imes N_{ch}}, \ \mathbf{D}_{(m,t,f,n_{ch})} = \mathbf{X}_m,$$

$$\mathbf{Y} = [\mathbf{y}_1^T, ..., \mathbf{y}_M^T]^T,$$

где наблюдение соответствует комбинации амплитуд сжатия $\mathbf{y}_m = \mathbf{y}(t_m)$ и матрице $\mathbf{X}_m \in \mathbb{R}^{T \times F \times N_{ch}}$. Линейная регрессия:

$$\hat{\mathbf{y}}_m = \hat{\mathbf{w}} \mathbf{X}_m$$

 $\hat{\mathbf{w}}$ - вектор весов, минимизирующий квадрат суммы остатков:

$$\hat{\mathbf{w}} = \arg\min_{\mathbf{w}} \|\mathbf{Y} - \hat{\mathbf{Y}}\|^2$$

где
$$\hat{\mathbf{Y}} = [\hat{\mathbf{y}}_1^T, ..., \hat{\mathbf{y}}_M^T]^T$$
.



Базовый алгоритм

Базовый алгоритм – метод частичных наименьших квадратов (PLS). $v^{(0)} := \bar{v}$ $x_i^{(0)} := x_i \ (j = 1, 2, ...p)$ для m = 1, ...p $z_m:=\sum\limits_{i=1}^{
u}\phi_{mj}x_j^{(m-1)}$, где $\phi_{mj}=< y, x_j^{(m-1)}>$ $y^{(m)}:=y^{(m-1)}+\Theta_m z_m$, где $\Theta_m=rac{< y,z_m>}{< z,z_m>}$ $x_i^{(m)} := x_i^{(m-1)} - \frac{\langle x_j^{(m-1)}, z_m \rangle}{\langle z_m, z_m \rangle} z_m \ (j = 1, ...p)$ Возвратить $y^{(m)}$ (m=1,...p) и $w^{pls}_{jm}=\sum\limits_{l=1}^{m}\phi_{lj}\Theta_{l}$ На выходе алгоритма: $y^{(m)} = \sum_{i=1}^{p} w_{jm}^{pls} x_j \ (m=1,...p)$

Предлагаемое решение

- Предобработка данных:
 - спектральный анализ (autoregressive spectral estimation)
 - wavelet-преобразование
 - АМ переход к частичному представлению
- Отбор признаков и снижение размерности признакового пространства:
 - PLS, PCA
 - wrapper feature selection
- Модель
 - регрессия
 - CNN + LSTM

Цель эксперимента

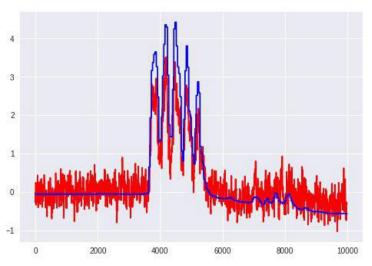
Проверить эффективность последовательного применения wavelet-преобразования и PLS к данным 4^{th} Brain-Computer Interface Data Competition.

Данные

- Массивом платиновых электродов были сняты сигналы ECoG, с помощью полосового фильтра были выделены частоты 0,15 - 200 Гц
- Были зарегистрированы амплитуды сжатия пальцев участников эксперимента

Датасет состоит из многомерного временного ряда

Результаты



Коэффициент детерминации $R^2=0.67$

Заключение

Результаты

- Рассмотрена задача декодирования сигнала ECoG
- Проведен базовый эксперимент

Дальнейшая работа

В будущих исследованиях планируется проверить предложенные гипотезы.

- спектральный анализ (autoregressive spectral estimation)
- АМ переход к частотному представлению
- wavelet-преобразование
- PLS, PCA
- wrapper feature selection
- регрессия
- CNN + LSTM