

华中科技大学 生物医学数字信号处理实验报告 实验 1 卷积与稀疏重建

学院 工程科学学院

班级 工程科学学院(生医)1701班

学号 U201713082

指导老师 全廷伟

2020年9月1日

目录

1.	实验任	[务	1
2.	实验原理		1
	2.1.	一维卷积	1
	2.2.	稀疏逆卷积(稀疏重建)	1
3.	MATLAB 程序实现		2
	3.1.	稀疏重建	2
	3.2.	高斯噪声	3
	3.3.	实验	3
4.	实验结果		4
	4.1.	钙信号生成和稀疏重建	4
	4.2.	迭代过程中重建信号的变化	6
	4.3.	正则化系数对重建结果的影响	6
	4.4.	信噪比对重建结果影响	8
5.	实验总	.结	10

1. 实验任务

信号的产生:利用一连串的脉冲序列模拟动作电位,和指数下降函数进行卷积后得到钙信号, 并对得到的钙信号添加高斯白噪音。

信号的重建:利用稀疏逆卷积,从钙信号中重建出动作电位。

2. 实验原理

2.1. 一维卷积

一维卷积的公式为:

$$y[s] = x[s] * h[s] = \sum_{k=-\infty}^{+\infty} x[k] \cdot h[s-k]$$
 (1-1)

其也可以写成线性方程组(矩阵乘法形式)如下:

$$y = \begin{pmatrix} y_1 \\ y_2 \\ \vdots \\ y_{m+n-1} \end{pmatrix}_{(m+n-1,1)} = A_h \cdot x = \begin{pmatrix} h_1 & 0 & \cdots & 0 & 0 \\ h_2 & h_1 & \cdots & 0 & 0 \\ h_3 & h_2 & \cdots & 0 & 0 \\ \vdots & \vdots & \vdots & \vdots & \vdots \\ h_n & h_{n-1} & \cdots & \cdots & \cdots \\ 0 & h_n & \cdots & \cdots & \cdots \\ \vdots & \vdots & \vdots & \vdots & \vdots \\ 0 & 0 & \cdots & h_n & h_{n-1} \\ 0 & 0 & \cdots & 0 & h_n \end{pmatrix}_{(m+n-1,m)}$$
(1-2)

2.2. 稀疏逆卷积(稀疏重建)

稀疏重建即为求解如下的优化问题:

$$X^* = \arg\min_{\mathbf{y}} (\|Y - A \cdot X\|_2^2 + \lambda \|X\|_1)$$
 (1-3)

λ越大,则稀疏性的权重越大; λ越小,则准确性的权重越大。 记式 3 的最优解为:

$$X^* = [x_1, x_2, \cdots]^T$$
 (1-4)

以式 1-4 为基础,对式 1-3 进行一定的修改:

$$\begin{cases} \Lambda = \lambda \cdot \left[\frac{1}{|x_{1}| + t}, \frac{1}{|x_{2}| + t}, \cdots \right]^{T} = \left[\lambda_{1}, \lambda_{2}, \cdots \right]^{T} \\ X^{*} = \underset{X}{\operatorname{arg min}} (\|Y - A \cdot X\|_{2}^{2} + \|\Lambda^{T} \cdot X\|_{1}) \end{cases}$$
(1-5)

其中1为一个非常小的常数,其目的是避免出现分母为0的情况。

由此可知, X^* 中的元素越小,则其在计算稀疏性时的权重越大。因此式 1-5 的解比式 1-4 的解更具有稀疏性。

则有迭代公式:

$$X^{[k+1]} = G(X^{[k]}) \Leftrightarrow \begin{cases} \Lambda^{[k]} = \lambda \cdot \left[\frac{\alpha}{|x_1^{[k]}| + t}, \frac{\alpha}{|x_2^{[k]}| + t}, \cdots\right]^T = \left[\lambda_1^{[k]}, \lambda_2^{[k]}, \cdots\right]^T \\ X^{[k+1]} = \underset{X}{\operatorname{arg min}}(\|Y - A \cdot X\|_2^2 + \|(\Lambda^{[k]})^T \cdot X\|_1) \end{cases}$$
(1-6)

同时,在 Λ 中所有元素的值相同时,式 1-6 退化为式 1-3。式 1-6 的解为:

$$X^{[k+1]*} = X^{[k]} - \delta \cdot [A^{T} (A \cdot X^{[k]} - Y)] = X^{[k]} - \delta \cdot M [\tilde{h} * (X^{[k]} * h - Y)]$$

$$x_{i}^{[k+1]} = \begin{cases} \operatorname{sign}(x_{i}^{[k+1]*}) \cdot (|x_{i}^{[k+1]*}| - \lambda_{i}^{*}) & |x_{i}^{[k+1]*}| \ge \lambda_{i}^{*} \\ 0 & |x_{i}^{[k+1]*}| < \lambda_{i}^{*} \end{cases}$$

$$\Lambda = \lambda \cdot \left[\frac{1}{|x_{1}| + t}, \frac{1}{|x_{2}| + t}, \cdots\right]^{T} = \left[\lambda_{1}^{"}, \lambda_{2}^{"}, \cdots\right]^{T}$$

$$(1-7)$$

可知,从初值 $X^{[0]}$ 开始,通过式 1-7 进行迭代, $X^{[k]}$ 的稀疏性会逐渐增加,最终得到一个足够稀疏的解。在刚开始迭代时,可以使用等权重的 Λ 计算范数。初值 $X^{[0]}$ 可以使用全零进行初始化。

3. MATLAB 程序实现

3.1. 稀疏重建

```
function x = deconv L1(y, h, lambda)
% x, y & h should be column vector
lambda = 1e-3 * lambda;
len y = size(y, 1);
len_h = size(h, 1);
len_x = len_y - len_h + 1;
x = zeros(len_x, 1);
% 反转卷积模板
h tilde = flipud(h);
% 初始化权重和迭代参数
weight = lambda * ones(len_x, 1);
lr = 0.01;
epoch 1 = 10;
epoch_2 = 100;
for i_1 = 1:epoch_1
   for i_2 = 1:epoch_2
       % 梯度下降和软阈值迭代
       % 快速逆卷积, 计算梯度
       grad = conv(h_tilde, (conv(x, h, 'full') - y), 'full');
       grad = grad(len_h:len_y);
```

```
descent = lr .* grad;
    x = x - descent;
    % 软阈值操作并引入非负性
    x = (abs(x) > weight) .* (abs(x) - weight) .* sign(x);
    x = max(x, 0);
    end
    % 根据梯度下降结果,更新权重
    weight = lambda .* (1 ./ (x + 1e-6));
end
end
```

3.2. 高斯噪声

MATLAB 中的 randn 函数可以生成符合标准正态分布(高斯分布)的矩阵。输入参数 SNR 代表信号的信噪比,单位为分贝(dB)。

```
function Signal_Noise = Add_Noise(Signal, SNR)
% 计算信号功率
Signal_Power = sum(abs(Signal(:)).^2) / numel(Signal);
Signal_dB = 10 * log10(Signal_Power);

% 计算噪声功率
Noise_dB = Signal_dB - SNR;
Noise_Power = 10^(Noise_dB / 10);

% 生成噪声信号
Rand_Noise = randn(size(Signal));
Noise = sqrt(Noise_Power) * Rand_Noise;

Signal_Noise = Signal + Noise;
end
```

3.3. 实验

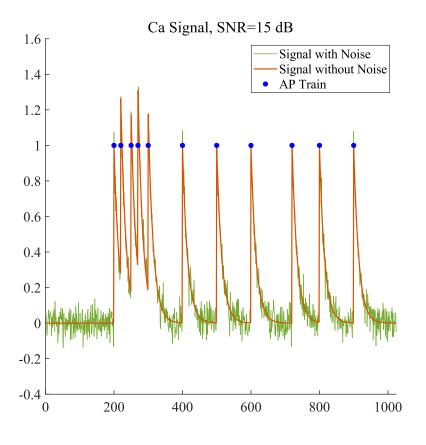
```
%%
% 信号的产生
% 动作电位脉冲
x = zeros(1024, 1);
ap_train = [200, 220, 250, 270, 300, 400, 500, 720, 600, 800, 900];
x(ap_train, 1) = 1;
% 指数下降模板
t = 15;
h = exp(-(0:1:ceil(10 * t)) / t)';
% 无噪声的钙信号
y = conv(x, h, 'full');
% 信噪比 dB
```

```
SNR = 15;
% 有噪声的钙信号
y_noise = Add_Noise(y, SNR);
%稀疏重建
% 正则化系数(*1e-3)
L = 0.5;
x_deconv_L1 = deconv_L1(y_noise, h, L);
%%
% 绘图
figure(1)
plot(y_noise, '-', 'color', [0.46, 0.67, 0.19])
hold on
plot(y, '-', 'LineWidth', 1.5, 'color', [0.85, 0.32, 0.01]);
plot(ap_train, 1, '.b', 'MarkerSize', 20);
hold off
title(sprintf('Ca Signal, SNR=%d dB', SNR))
legend('Signal with Noise', 'Signal without Noise', 'AP Train')
xlim([0, 1024])
ylim([-0.4, 1.6])
box off
figure(2)
plot(x_deconv_L1, '-r');
hold on
plot(ap_train, 1, '.b', 'MarkerSize', 20);
legend('Sparse Reconstruction', 'AP Train')
hold off
title(sprintf('Sparse Reconstruction, SNR=%d dB, λ=%.5f', SNR, L * 1e-3))
xlim([0, 1024])
ylim([-0.02, 1.3])
box off
```

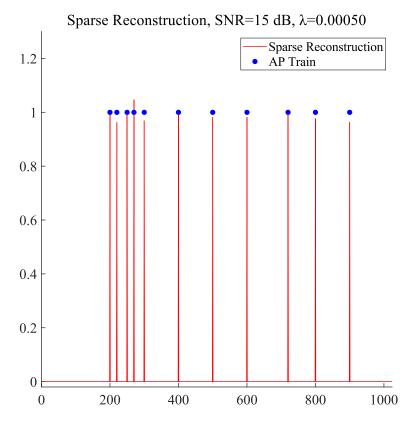
4. 实验结果

4.1. 钙信号生成和稀疏重建

在 200, 220, 250, 270, 300, 400, 500, 600, 720, 800 和 900 处共有 11 次动作电位。指数下降模板的时间常数为 15。和动作电位信号卷积后得到钙信号,并添加信噪比为 15dB 的高斯噪声。随后对带有噪声的钙信号进行稀疏重建。

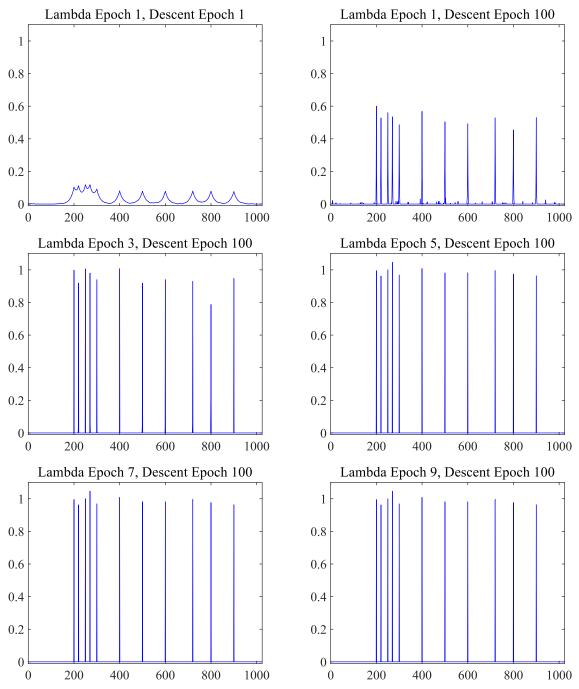


信噪比为 15dB 的钙信号



信噪比为 15dB, 正则化系数为5×10⁻⁴时的稀疏重建结果

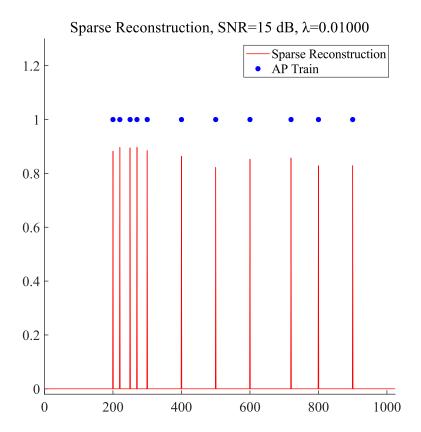
4.2. 迭代过程中重建信号的变化



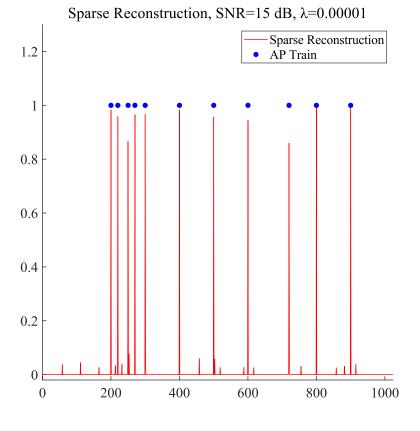
可见,在迭代刚开始时,动作电位序列就已经可以较为明显地被分辨出来。在根据梯度下降的结果调整范数权重后,动作电位序列会更明显地凸显出来,而因为噪声导致的信号会被抑制。

4.3. 正则化系数对重建结果的影响

保持钙信号的信噪比为 15dB, 迭代次数和梯度下降率均保持不变, 调整重建时的正则化系数。



信噪比为 15dB,正则化系数为 1×10^{-2} 时的稀疏重建结果

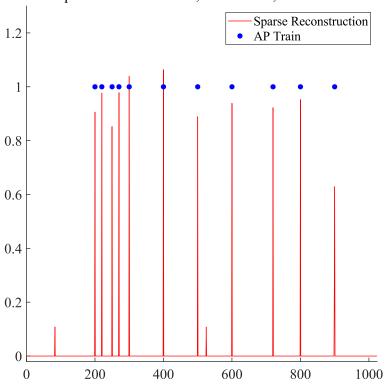


信噪比为 15dB, 正则化系数为1×10-5时的稀疏重建结果

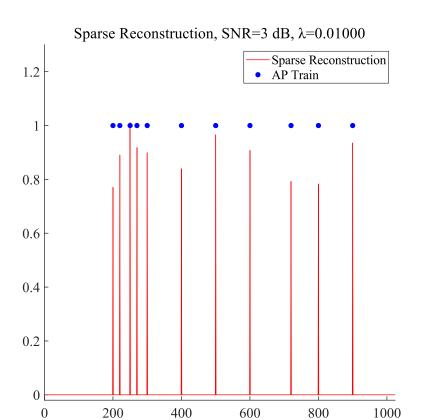
可见,在提高正则化系数(即提高稀疏性时),计算得到的动作电位值会下降。在继续提高正则化系数时,甚至会重建出全零的信号。而在降低正则化系数时,会导致噪声信号不能被很好地抑制。

4.4. 信噪比对重建结果影响

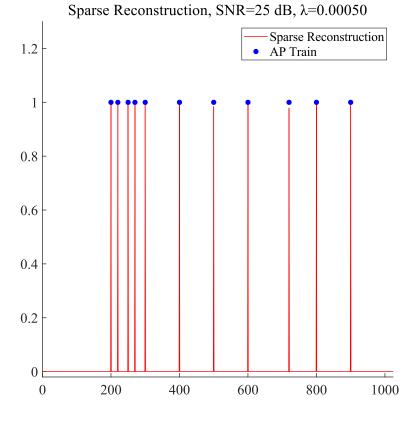
Sparse Reconstruction, SNR=3 dB, λ =0.00050



信噪比为 3dB, 正则化系数为5×10⁻⁴时的稀疏重建结果



信噪比为 3dB,正则化系数为 1×10^{-2} 时的稀疏重建结果



信噪比为 25dB, 正则化系数为5×10⁻⁴时的稀疏重建结果

将钙信号的信噪比降低到 3dB,仍然能较好地重建动作电位,但是动作电位的幅度波动较大,而且噪声信号并没有被很好地抑制。在提高正则化系数后,噪声信号得到了较好地抑制,但是动作电位幅度仍然波动较大,由于已知原始信号是二值信号,可以考虑对重建结果进行二值化来获得较好的重建结果。

将信噪比提高到 25dB 时,此时噪声已经非常小了,重建效果已经非常接近原始数据了。

5. 实验总结

本次实验的主要内容是利用卷积模板生成钙信号,并对带有噪声的钙信号进行稀疏重建。生成信号的任务较为简单,

由于在之前的实验阶段,已经对二维图像的稀疏逆卷积操作有所了解,这次的稀疏重建算法也在一定程度上参考了之前实验的代码。同时对于计算过程进行了一定的修改,使其更简洁。较为复杂的部分是稀疏重建的超参数选择,如梯度下降率和正则化系数。需要多次寻找,才能找到一组合适的超参数,获得较好的重建结果。